

در سنامه ترمیمی

مؤلفین:

دکتر مهدی رهبر

(استادیار گروه ترمیمی و زیبایی، دارای بوردا تخصصی، پژوهشگر برآمسته کشوری، دانشجوی نمونه کشوری در مقاطع، دکترای مرفه ای و دکترای تخصصی)

دکتر مهدی اله دادی

دکتر زهرا ملک مسینی

دکتر امید موسوی

دکتر شوقا شلیله

«پیش به سوی مثبت اندیشی»

بزرگترین منبع شادی و مثبت اندیشی توانایی شکرگزاری در تمام زمان هاست.

دوست عزیز؛ از شما خواهشمندیم جهت حمایت از محصولات علمی و آموزشی، از در اختیار قرار دادن جزوات خود به دیگران جداً خودداری نمائید.

اگر عزیزی به دلیل مشکلات مالی در خواست کپی از جزوات شما را دارند، ایشان را به واحد حمایت از دانشجویان موسسه راهنمایی نمائید تا علاوه بر جزوات، فیلم های کلاسی که مکمل اصلی جزوه ها می باشند را با شرایط ویژه در اختیار آنها قرار دهیم.

با تشکر از فرهنگ بالای شما

فهرست

- فصل ۹ کریگ ۲۰۱۸: کامپوزیت‌های رزینی و پلیمرها ۱
- فصل ۱۰ کریگ ۲۰۱۸: آمالگام ۲۶
- فصل ۱۳ کریگ ۲۰۱۸: مبنای باندینگ ۳۶
- فصل ۱۰ سامیت ۲۰۱۳: کامپوزیت‌های قدامی ۵۳
- فصل ۱۱ سامیت ۲۰۱۳: کامپوزیت فلفی ۷۶
- فصل ۶ سامیت ۲۰۱۳: ملاحظات پالپی ۱۰۷
- فصل ۷ سامیت ۲۰۱۳: اصطلاحات و وسایل ۱۲۵
- فصل ۹ سامیت ۲۰۱۳: ادھیژن به مینا و عاج ۱۳۵
- فصل ۱ آرت ۲۰۱۹: شواهد بالینی از آناتومی، بافت شناسی، فیزیولوژی دندان و اکلوزن ۱۵۰
- فصل ۲ آرت ۲۰۱۹: پوسیدگی دندان ۲ ۱۵۹
- فصل ۳ آرت ۲۰۱۹: (ارزیابی، معاینه، تشخیص و درمان بیمار) ۱۹۳
- فصل ۴ آرت ۲۰۱۹: اصول تهیه مفره ۲۱۳
- فصل ۵ آرت ۲۰۱۹: مقوله‌های بنیادین ادھیژن به مینا و عاج ۲۲۵
- فصل ۱۰ آرت ۲۰۱۹: آمالگام ۲۴۹
- فصل ۸ رونالد گلداشتاین ۲۰۱۸ : ساخت رستوریشن‌های زیبایی از طریق جلوه‌های ویژه ۲۹۷

فصل ۹ کریگ ۲۰۱۸

کامپوزیت‌های رزینی و پلیمرها

کامپوزیت رزین

مینا، عاج، استخوان، پلیمرهای تقویت شده، (برخلاف آلیاژهایی مانند برنج) به عنوان کامپوزیت‌ها دسته‌بندی می‌شوند. در این فصل واژه رزین کامپوزیت به مواد ماتریکس پلیمری تقویت شده به عنوان ماده ترمیمی اطلاق می‌شود. هرچند گلاس آینومرهای کانونشال (GIs) و رزین مدیفاید گلاس آینومرهای (RMGIs) نیز در گروه کامپوزیت‌ها قرار می‌گیرند، اما چون این مواد بیس آبی و واکنش ستینگ از نوع اسید-باز دارند، به طور سنتی خودشان به عنوان یک دسته طبقه‌بندی می‌شوند. اخیراً نانو کامپوزیت‌ها به منظور زیبایی عالی و خواص مکانیکی خوب در نواحی تحت استرس بهینه سازی شده و در دسترس قرار گرفته‌اند. GIها و RMGIها نیز در ضایعات کوچک، در نواحی ای که یک یا چند مارژین در عاج قرار گرفته، و در نواحی فعال پوسیدگی استفاده می‌شوند. رزین کامپوزیت‌ها به عنوان موادی که نسبت به آکريل‌ها و سیلیکات‌ها (۱) ضریب انبساط حرارتی کم‌تر (۲) تغییرات ابعادی کم‌تر در حین ستینگ (۳) مقاومت به سایش بیشتر داشتند توسعه یافتند و در نتیجه (۴) عملکرد کلینیکی بهبود یافته را ارائه نمودند. پیشرفت مداوم در تکنولوژی این مواد و ورود نانو تکنولوژی در کنترل فیلرها منجر به ساخت موادی جدید با دوام بالا، مقاوم به سایش و زیبایی مشابه دندان طبیعی شده است. هم چنین پیشرفت عوامل باندینگ نیز بهبود دوام و عملکرد ترمیم‌های کامپوزیتی را به دنبال داشته است. (جدول ۹-۱ و ۹-۲)

* بیومتریال کامپوزیت به مواد جامدی اطلاق می‌شود که وقتی بزرگتر از مقیاس اتمی در نظر گرفته می‌شوند شامل ۲ یا چند ماده یا فاز تشکیل دهنده مشخص است.

* توانایی تغییر خواص بر اساس کنترل اجزاء تشکیل دهنده آنها یک مزیت مهم است.

* GIها مواد با بیس آبی و براساس واکنش اسید - باز پودر فلوئور و آلومینو سیلیکات گلس و محلول آبی پلی آکرلیک اسید

* RMGI مثل GIهای کانونشنال فلوراید آزاد می‌کند.

TABLE 9.1 Types of Restorations and Recommended Resin Composites

Type of Restoration	Recommended Resin Composite
Class 1	Multipurpose, nanocomposite, bulk filled, microfilled (posterior), ^a compomer (posterior) ^a
Class 2	Multipurpose, nanocomposite, bulk filled, laboratory, microfilled (posterior), ^a compomer (posterior) ^a
Class 3	Multipurpose, nanocomposite, microfilled, compomer
Class 4	Multipurpose, nanocomposite
Class 5	Multipurpose, nanocomposite, microfilled, resin-modified glass ionomer, compomer
Class 6 (MOD)	Bulk filled, nanocomposite
Cervical lesions	Flowable, resin-modified glass ionomer, compomer
Pediatric restorations	Flowable, resin-modified glass ionomer, compomer
3-unit bridge or crown	Laboratory (with fiber reinforcement)
Alloy substructure	Laboratory (bonded)
Core build-up	Core
Temporary restoration	Provisional
High caries-risk patients	Glass ionomers, resin-modified glass ionomer

^aSpecial microfilled composites and compomers are available for posterior use. MOD, Mesial-occlusal-distal.

جدول مهم است.

نکته جدول: RMGI: سرویکال /V/ اطفال

کامپوزیت لابراتواری: بریج ۳ واحدی و کلاس II + کراون

Bulk.Filled composite: I و II و کلاس ۶ و MODها

در جدول ۹,۱ همه کلاسها nano دارند.

TABLE 9.2 Characteristics of Various Types of Resin Composites

Type of Composite	Size of Filler Particles (mm)	Volume of Inorganic Filler (%)	Handling Characteristics and Properties	
			Advantages	Disadvantages
Multipurpose	0.04, 0.2–3.0	60–70	High strength, high modulus	
Nanocomposite	0.002–0.075	72–79	High polish, high strength, high modulus, polish retention	
Microfilled	0.04	32–50	Best polish, best esthetics	Higher shrinkage, lower strength
Bulk filled	0.04, 0.2–20	59–80	Deep cure, reduced step	Questionable marginal adaptation
Flowable	0.04, 0.2–3.0	42–62	Syringeable, lower modulus	Higher wear
Laboratory	0.04, 0.2–3.0	60–70	Best anatomy and contacts, lower wear	Laboratory cost, special equipment, requires resin cement

نکات جدول

Flow: بیشترین سایش
 Micro: بیشترین shrinkage
Bulk F: تطابق مارژین سوال برانگیز
 لابراتواری: کمترین سایش
 Micro: بهترین پالیش
 نانو: بهترین حفظ پالیش
 لابراتواری: بهترین contant و آناتومی
 Micro: کمترین حجم فیلر
 Bulk.F: مراحل کار کاهش یافته

* کامپوزیت‌های چند منظوره (Multipurpose)

* ترکیب

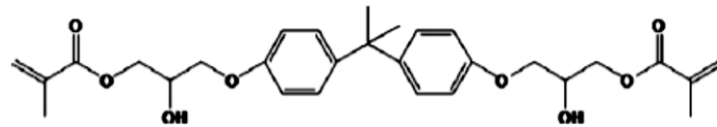
مروری اجمالی و تقسیم‌بندی

اجزای اصلی تشکیل دهنده رزین کامپوزیت‌ها:

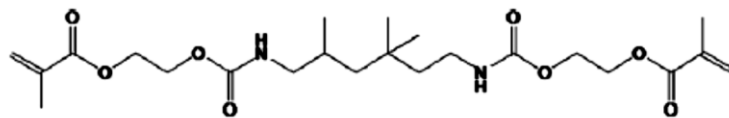
۱- ماتریکس رزینی پلیمری آلی ۲- ذرات فیلر غیرآلی ۳- عامل کوپلینگ ۴- سیستم آغازگر-تسریع کننده (initiator – accelerator)

ماتریکس پلیمری آلی

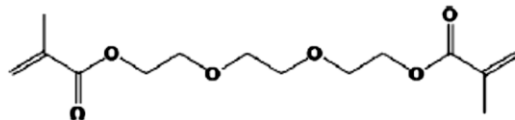
اغلب یک ماتریکس کراس لینک شده از «مونومرهای دی متاکریلات» است. ۱- شایعترین مونومرها، دی متاکریلات‌های آروماتیک هستند. ۲- مونومرهای متاکریلاتی با انقباض کم ۳- مونومرهای سیلوران با انقباض کم



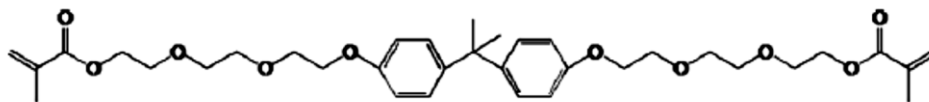
Structure of Bis-GMA.



Structure of UDMA.



Structure of TEGDMA.



Structure of Bis-EMA6.

نکات شکل:

* شکل اول: دارای دو ساختار حلقوی و ۲ واحد OH می باشد.

شکل دوم و سوم: سوال ورودی: ساختار خطی دارند.

UDMA و TEGDMA مشابه هم هستند.

شکل دوم: مولکول NH دارد.

Bisها ساختار حلقوی دارند مشابه هم Bis-GMA و Bis-EMA6 حلقوی هستند.

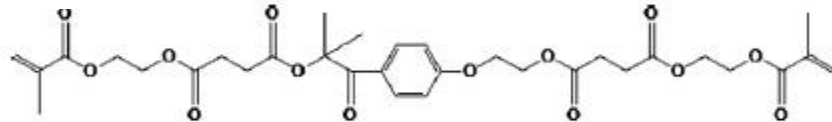
پیوندهای دوگانه موجود در دو انتهای این مولکول‌ها تحت فرآیند پلیمریزاسیون افزایشی قرار می‌گیرند. این مونومرها ویسکوز بوده و لازم است به منظور به دست آوردن قوام کلینیکی مناسب پس از افزودن فیلرها با مونومرهای رقیق‌کننده با وزن ملکولی کم مخلوط شوند. «اجزاء کامپوزیت‌هایی که به عنوان کامپوزیت‌های دارای انقباض کم معرفی شده‌اند دارای مونومرهایی با گروه فانکشنال اپوکسی (oxirane) در انتهای زنجیره‌ها بوده و پلیمریزاسیون آن‌ها توسط کاتیون‌ها آغاز می‌شود».



پلیمریزه شده از قبل دارای ۲ سر آزاد

Structure of a monomer with cycloaliphatic units.

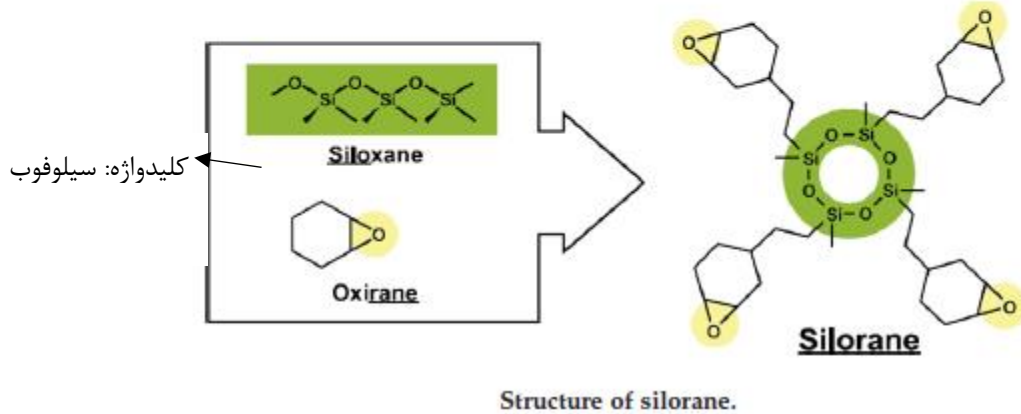
بنابراین طول مونومر
↑
و انقباض
↓



Structure of a monomer with photocleavable units.

در اثر نوردهی کلیواژ (باز) می‌شود و

طول مونومر
↑
انقباض
↓



Structure of silorane.

«تصویر رنگی از رفرنس، در انتهای جزوه آمده است»

ذرات فیلر غیر آلی:

پراکنده شده ممکن است از ذرات گلاس یا کوارتز فاین، سرامیک‌های مشتق شده و یا سیلیکای میکروفاین یا اخیراً نانو ذرات تشکیل شده باشند.

عامل کوپلینگ:

که اغلب سیلان نامیده می‌شود برای عملیات سطحی فیلرها قبل از اختلاط با جزء مونومری بر روی آن‌ها (فیلرها) به کار برده شده و باعث پیوند بین فازهای آلی و غیر آلی کامپوزیت‌ها می‌شود.

یک انتهای این ملکول‌ها دارای گروه‌های فانکشنال (متوکسی) بوده که پس از هیدرولیز شدن با فیلر غیر آلی واکنش می‌دهد و انتهای دیگر ملکول نیز با دارا بودن پیوندهای دوگانه متاکریلاتی با مونومرها کوپلیمریزه می‌شود. سیستم آغازگر- تسریع کننده نیز مسئول پلیمریزه شدن سیستم به یک توده سفت است که این واکنش پلیمریزاسیون می‌تواند به صورت نوری، شیمیایی (سلف کیورینگ) و نوری- شیمیایی (دووال کیورینگ) باشد.

فصل ۱۰ کریگ ۲۰۱۸

آمالگام

* مواد ترمیمی - فلزات

آمالگام دندانی از ترکیب مایع جیوه با ذرات جامد آلیاژ دیگر حاوی نقره، قلع و مس و گاهی مقادیر کمی از روی و پالادیوم ایجاد می‌شود. آلیاژ آمالگامی که به صورت تجاری تولید می‌شود می‌تواند با مایع جیوه مخلوط شود آمالگام دندانی را بسازد. دستورالعمل شماره ۱ ANSI/ADA در مورد ترکیب آمالگام: به طور اولیه باید شامل نقره- قلع و مس باشد و مقادیر کمی از ایندیوم، پالادیوم، پلاتین، روی و جیوه هم می‌تواند داشته باشد. همین طور این دستورالعمل ترکیبات با مقدار روی بیشتر از ۰/۰۱ را به عنوان آلیاژهای حاوی روی و ترکیبات با مقادیر کمتر از ۰/۰۱ روی را به عنوان آلیاژهای بدون روی طبقه‌بندی کرده است.

* روی برای کمک به ساخت آلیاژ به ترکیب اضافه می‌شود، که مراحل کارخانه‌ای تولید شمش آمالگام را راحت می‌کند. روی کمک به تولید شمش‌های تمیز و سالم می‌کند. که برای تولید آلیاژهای cut-particle استفاده می‌شوند. **اگرچه نشان داده شده است که حضور روی باعث انبساط تأخیری می‌شود.**

(در صورتی که هنگام کندانس کردن آمالگام مایعات با بیس آب مثل خون یا بزاق حضور داشته باشند). آلیاژ low-copper حاوی ۵٪ یا کمتر مس است و high-copper حاوی ۳۰-۱۳٪ مس است.

TABLE 10.1 Approximate Composition of Low- and High-Copper Amalgam Alloys

Alloy	Particle Shape	Element (wt%)					
		Ag	Sn	Cu	Zn	In	Pd
Admixed regular	Irregular	40-70	26-30	2-30	0-2	0	0
	Spherical	40-65	0-30	20-40	0-1	0	0-1
Admixed unicomposition	Irregular	52-53	17-18	29-30	0	0	0.3
	Spherical	52-53	17-18	29-30	0	0	0.3
Unicompositional	Spherical	40-60	22-30	13-30	0	0-5	0-1

Regular: یعنی ترکیب شیمیایی کروی و براده‌ای (تراشه‌ای) عادی است ولی فرق دارند با هم.
 Unicomposition: یعنی ترکیب شیمیایی کروی و براده ای یکسان است.
 Admixed Regular میکس کروی و براده ای
 Admixed Unicomposition میکس کروی و براده ای

Unicompositional یعنی فقط کرووی

Unicomposition: در ترکیب شیمیایی Ama و

Unicompositional: در unicompositional به شکل Ama اشاره دارد.

نکته جدول: In فقط در Unicomposi... است / zn فقط در Admix رگولار هست. + pd قطعاً در Admix نیست.

آلیاژ آمالگام پودر شده از ذرات نامنظمی تشکیل شده که از طریق خرد کردن شمش آلیاژ ذرات به شکل تراشه‌ای، میکروسفرهای با اندازه‌های مختلف تشکیل شده با تکنیک‌های خاص hot spraying. یا ترکیبی از این دو (که در صورت مشابهت یا عدم مشابهت ترکیب این دو نوع ذرات، ادمیکسد نامیده می‌شوند) تولید می‌شود. آلیاژهای ذرات نامنظم تراشه‌ای شامل نقره و قلع با نسبت تقریبی ترکیب بین فلزی Ag_3Sn هستند و معمولاً در آلیاژهای ادمیکسد استفاده می‌شوند (چون گفته Unicompositional فقط کرووی دارد). ذرات کرووی ممکن است بیشتر دارای نقره و مس بوده و به عنوان جزء دوم در آلیاژهای ادمیکسد استفاده شوند و یا ممکن است ترکیبشان بیشتر شبیه ذرات تراشه ای بوده و شامل نقره، قلع، و مس باشند (تک ترکیبی).

* آلیاژها admixed regular حاوی ۶۰-۳۳٪ ذرات spherical است که دارای ترکیبی مشابه ترکیب یونکتیک Ag_3Cu_2 می‌باشد، بالانس با ذرات تراشه ای برقرار شده است.

* محتوای نقره آلیاژهای Unicompositional از ۶۰-۴۰٪ و محتوای مس آنها از ۳۰-۱۳٪ تفاوت می‌کند، محتوای قلع آنها ۲۲-۳۰٪ است.

* آلیاژهای high-copper admixed unicomposition هم در دسترس است که در آن ذرات spherical و irregular ترکیب یکسانی دارند و محتوای مس آنها بین ۲۹ و ۳۰٪ است. بطور کلی در آمالگام‌ها آلیاژهای ادمیکسد رایج‌تر از انواع کرووی unicomposition هستند.

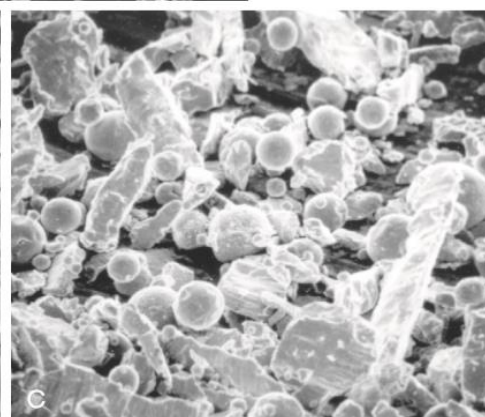
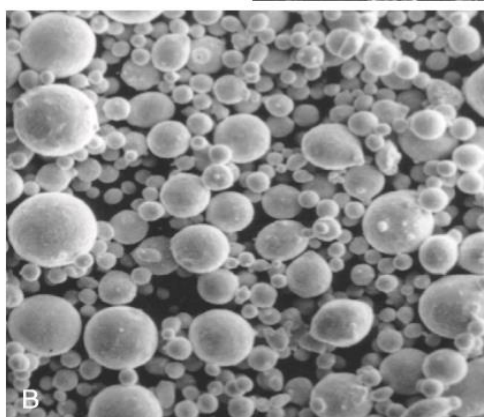
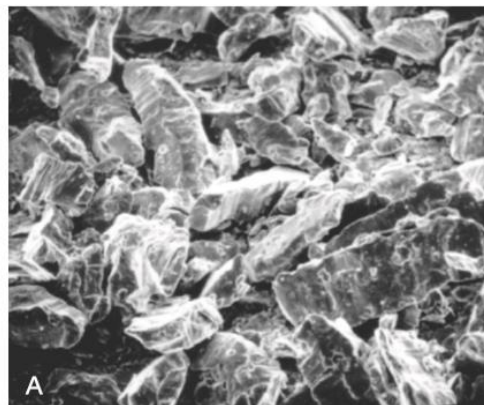


FIGURE 10.2 Scanning electron micrographs. A, Lathe-cut; B, spherical; and C, admixed amalgam alloys.

«تصویر رنگی از رفرنس، در انتهای جزوه آمده است»

TABLE 10-2 Mercury in Mix, Compressive Strength, Tensile Strength, Creep and Dimensional Change

	Mercury In Mix (%)	Compressive Strength (MPa)		Tensile Strength (MPa)		Creep (%)	Dimensional Change (mm/cm)
		1 hr	7 days	15 min	7 days		
LOW-COPPER							
Alloys							
Lathe-cut							
Caulk 20 th Cent	53.7	45	302	3.2	51	6.3	-19.7
Spherical							
Caulk Spherical	46.2	141	366	4.7	55	1.5	-10.6
HIGH-COPPER							
Alloys							
Admixed							
Dispersalloy	50.0	118	387	3.8	43	0.45	-1.9
Unicompositional							
Sybraloy	46.0	252	455	8.5	49	0.05	-8.8
Tytin	43.0	292	516	8.1	56	0.09	-8.1

Adapted from Malhotra ML, Asgar K: J Amer Dent Assoc 96:446, 1978.

نکات جدول: Tensile بعد از ۷ روز در همه Amaها برابر است.

Uni.com در همه جزئیات بهتر است بجز در تغییرات ابعادی و به تبع آن مقاومت به کروژن که Admix بهتر است. Lathe cut بدترین است.

ترتیب تغییرات ابعادی: admix < uni: comP < Low cu < lathe cut

*عموماً (۱) ترکیب آلیاژ (۲) اندازه (۳) شکل ذرات (۴) توزیع آنها (۵) heat treatment. خصوصیات آمالگام را کنترل می‌کند. فرآیندهای amalgamation

آلیاژهای admixed

* همه آمالگام‌های دندانی، ترکیب اولیه Ag_3Sn (گاما) دارند که با جیوه واکنش می‌دهند و Ag_2Hg_3 (γ_1) را تشکیل می‌دهند که فاز اصلی ماتریکس آمالگام ست شده است.

* $\frac{Ag_3Sn}{\gamma}$ فاز اصلی آمالگام است که با جیوه واکنش می‌دهد/

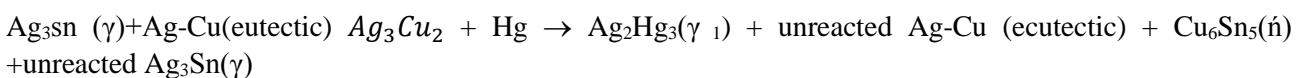
* $Ag_2Hg_3 = \gamma_1$ فاز اصلی آمالگام ست شده است.

* آلیاژ آمالگام با مایع جیوه مخلوط می‌شود تا سطح ذرات را مرطوب کند و واکنش با جیوه را تسهیل کند. طی این واکنش جیوه به داخل ذرات آلیاژ نفوذ کرده و با قسمت‌های نقره و قلع ذرات واکنش می‌دهد و غالباً یک ترکیب نقره-جیوه Ag_2Hg_3 (گاما یک) تشکیل می‌گردد. فاز گاما یک به عنوان فاز ماتریکسی عمل می‌کند که ذرات آمالگام واکنش نیافته را احاطه می‌کند.

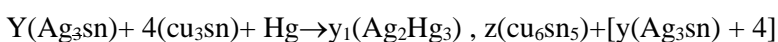
تا زمانی که کریستال‌های این فاز شکل می‌گیرند، آمالگام نسبتاً نرم و براحتی قابل کندانس کردن و کارو کردن است. با گذشت زمان که کریستال‌های بیشتری از ۱۷ شکل می‌گیرند، آمالگام سخت‌تر و قوی‌تر می‌شود و دیگر قابل کندانس کردن و کارو کردن نمی‌باشد.

به فاصله زمانی بین trituration و سخت شدن آمالگام (به نحوی که دیگر قابل کار کردن نباشد) زمان working گویند. تکمیل واکنش ممکن است چندین روز تا چند هفته طول بکشد، که منعکس کننده تغییر در خواص مکانیکی در طول زمان است. معمولاً به بیمار توصیه می‌شود که از جویدن مستقیم بر روی ترمیم‌های آمالگام تا ۲۴ ساعت اجتناب کند، هرچند در چند ساعت اول، استحکام قابل توجهی بدست می‌آید.

میزان مایع جیوه که برای amalgamate کردن آلیاژ بکار می‌رود برای اینکه کاملاً با ذرات واکنش نشان دهد، کافی نیست. در نتیجه در توده آمالگام ست شده، ۲۷٪ ذرات واکنش نداده (که قوی‌ترین بود) وجود دارند که منجر به افزایش استحکام ماده ی نهایی می‌شود. * در یک آلیاژ high-copper admix، مس اضافی با اضافه کردن ذرات spherical از آلیاژ نقره مس یوتکتیک (Ag_3Cu_2) به آلیاژ نقره-قلع (Ag_3Sn) بدست می‌آید. حلالیت نقره، قلع و مس در جیوه تفاوت زیادی دارند. «در یک دمای مشابه، ۱ میلی گرم / ز مس، ۱۰ میلی گرم نقره و ۱۷۰ میلی گرم از قلع می‌توانند در جیوه حل شوند» بنابراین جیوه عمدتاً نقره و قلع را در Ag_3Sn حل می‌کند در حالیکه مقدار خیلی کمی از ذرات نقره-مس یوتکتیک حل می‌شوند. با این حال مقداری از نقره و قلع حل شده توسط جیوه با هم واکنش داده و ترکیب مس-قلع Cu_6Sn_5 یا فاز اتا پریم را تشکیل می‌دهند. حضور این ترکیب نقره-قلع بجای تشکیل ترکیب قلع-جیوه ضعیف و مستعد خوردگی، باعث عملکرد بهتر آمالگام‌های با مس بالا در مقایسه با مس پایین می‌شود.



واکنش جیوه در آلیاژ Unicompositional



واکنش نیافته

در آلیاژهای Unicompositional با مس بالا، ذرات آلیاژ حاوی هر دو فاز $Ag_3Sn(\gamma)$ و $Cu_3Sn(\epsilon)$ می‌باشد. وقتی مایع جیوه با آلیاژ مخلوط می‌شود، به سطح این ذرات نفوذ می‌کند و مانند آلیاژ ادمیکسد، فازهای Ag_2Hg_3 و Cu_6Sn_5 تشکیل می‌شوند. * تفاوت در این است که چون مس در داخل هر ذره وجود دارد، واکنش مس و قلع در حلقه ای اطراف ذرات کروی رخ داده و با ماتریکس نقره-جیوه احاطه می‌شود.

ساختار میکروسکوپی آمالگام

آمالگام ست شده شامل ذرات واکنش نداده است که توسط ماتریکسی از محصولات واکنش احاطه شده است و ماتریکس ذرات واکنش نداده را به هم باند می‌کند. نفوذ اولیه و واکنش جیوه و آلیاژ نسبتاً سریع بوده و توده سریعاً از حالت پلاستیک به سخت تغییر می‌کند. کامل شدن واکنش ممکن است از چندین روز تا چندین هفته طول بکشد و به تبع آن خصوصیات مکانیکی هم تغییر می‌کند. ماتریکس سیاه/آبی فاز گاما ۱ است (گاما ۲ هم به رنگ سبز است). نارنجی اتا پریم است که در اطراف ذرات کروی بسیار مشهود است. * جیوه بیشتر از همه دوست دارد قلع را در خودش حل کند ← بعد نقره و بعد مس.

* حلالیت در جیوه: قلع < نقره < مس

۱۷۰Mg ۱۰mg ۱mg

فصل ۶ سامیت ۲۰۱۳

ملاحظات پالپی

پوسیدگی نوعی عفونت باکتریایی است ← اثر مخرب بر پالپ از التهاب خفیف تا مرگ پالپی
RDT = ضخامت عاج باقیمانده: مهمترین فاکتور منفرد در حفظ پالپ از تحریک ← RDT (remaining dentin tissue)

Little pulpal reaction ← ≥ 2 mm

1 mm ← کاهش اثر مواد سمی تا ۹۰٪

Δmm ← کاهش اثر مواد سمی تا ۷۵٪

۰/۳ - ۰/۲۵ کمتر ← بیشترین تاثیر روی پالپ

در نتیجه حفظ نسوج دندانی باقیمانده < برای سلامت پالپ از جایگزینی ساختمان‌های دندانی از دست رفته به وسیله لاینر پایین، بسیار مهم‌تر می‌باشد.

علل التهاب پالپ:

قبلا تصور می‌شده التهاب پالپ نتیجه اثرات سمی مواد دندانی می‌باشد.

- امروزه: علت اصلی التهاب پالپ: تهاجم باکتریها و سموم آنها (واکنش adverse در پالپ) - «التهاب ناشی از گذاشتن مواد ترمیمی، ملایم (mild) و گذرا (transitory) است».

- ضایعات مینایی اولیه با گسترش کمتر از $\frac{1}{4}$ فاصله تا DEJ ← واکنش خفیف پالپی به علت آنفوذپذیری مینا و عبور محرک در طول رادهای مینایی

- رسیدن باکتریها یا توکسین‌های آنها به پالپ ← التهاب شدید یا نکروز پالپ

- جریان رو به خارج مایع توبولی ← جلوگیری از ورود باکتری‌ها نمی‌کند

* اندو: تست سرما باعث میشه جریان هیدرودینامیک و مایعات عاجی برند به سمت خارج، اما تست گرما باعث حرکت رو به داخل (به سمت پالپ) می‌شود.

- پوسیدگی ← ساخت عاج ترمیمی و عاج اسکروزه واکنشی

- جلوگیری از آلودگی باکتریایی ← واکنش مناسب پالپی در مجاور هم مواد ترمیمی دیده میشود .

اسید اچ کردن عاج ← در صورت جلوگیری از آلودگی باکتریایی و عبور اجزای رزینی پالپ قادر به تحمل اثرات PH پایین آن است.

شایعترین instrumentation که باعث برانگیختن پاسخ پالپی می شود ← وسایل Rotary با سرعت بالا و پایین

میزان پاسخ پالپی، بستگی به این دو عامل دارد

اصطکاک

خشک شدن

میزان پاسخ پالپی، بستگی به این دو عامل دارد:

۱- Friction میزان اصطکاک

۲- خشک کردن desiccation

کلید کنترل این دو عامل : وجود اسپری آب در محل تماس فرز و دندان ← < مهمتر از حجم آب پاشیده شده روی فرز چرخنده است (هرچیزی استفاده شود، روتاری - لیزر - الکترو سرجری ← نکته ۳: اسیدی آب در محلی که فرز در تماس است).

- سیلر را به همه دیوارهای عاجی می‌زنیم تا همهٔ توبول‌ها سیل شوند.

- لاینر (دایکال) = ضخامت ۰/۵ + به صورت نقطه‌ای + اثرات درمانی دارد.

- بیس: بیشتر از ۰/۷۵ نباشد.

* ضریب الاستیسته و استحکام لاینر باید بالاتر یا مساوی از ماده ترمیمی رویی باشد تا ماده روی نشکند.

* ضریب الاستیسته $RMGI < conventional GI$

RMGI همه چیزش خوبه اما ضریب الاستیسته conventional بهتره.

* زیر آمالگام از GI کانوشنال

* زیر کامپوزیت از RMGI

فاکتورهای کلیدی:

نیروی ملایم - فرز نو - خنک کننده هوا - اسپری متناوب آب از سرنگ آب و هوا ← به ندرت نیاز به درمان ریشه دندان بعد از ترمیم

* گرمای ناشی از اصطکاک ۱- burn lesions در پالپ ۲- تشکیل آبسه

پالپ قادر به تحمل تهیه حفره خشک در ناحیه محدود است ولی شدت واکنش پالپ، با افزایش ناحیه عاج از دیگر تبعات خشک کردن عاج، خروج مایع توبولی و از دست رفتن آن است که با مواد شیمیایی جایگزین می‌شود که واکنش پالپی harmful را به دنبال دارد.

* هنگام برش مینا یا مینا و عاج ← افزایش دما، < بیشتر از زمان برش عاج به تنهایی

* فشار وارد شده به وسایل روتاری بر روی افزایش دما، تاثیر بیشتری < نسبت به سرعت چرخشی دارد + درد ↑

تراش با وسایل چرخنده کم سرعت نسبت به سرعت بالا ← اثرات مخرب بیشتری بر پالپ ← low speed تروماتیک تر <

از high speed است.

* فرزهای الماسی ← افزایش دمای بیشتر < نسبت به فرزهای کارباید ← * برای کامپوزیت بهتر است از فرز کارباید استفاده شود.

* با ↑ عمق حفره Remaining Dentinal Thickness (RDT ↓) ← ↑ واکنش پالپی

چون که اسمیر لایر فرز الماسی زیاد است، مخصوصاً اگر باندینگ سلف اچ استفاده شود چون باندینگ سلف اچ اسمیر را نمی‌تواند مدیفای کند.

* یکی از تبعات تراش جهت روکش‌های کامل نکرور پالپی

(۲۲%-۳ دندان‌های تراش خورده جهت روکش ← نیاز به درمان اندو و نکرور می‌شود)

برای به حداقل رساندن آسیب پالپی

حین استفاده از وسایل روتاری:

(۱) اسپری خنک کننده هوا -

(۲) فشار ملایم

(۳) وسایل روتاری برنده تیز

(۴) حفظ ساختار دندان

فشار به کار رفته حین استفاده از وسایل LOW Speed نسبت به سرعت چرخش افزایش بیشتری در درد ایجاد می‌کند تراumatیک‌تر بودن تراش با وسایل low speed
 ۲ روش جدید تراش حفره (۱) لیزر ← اثراتش حداقل است.

(۲) تراش حفره kinetic (ایربریژن) ← ممکن است به اندازه روتاری تراumatیک باشد اما لیزر ↓ تر است.

* ایربریژن ← بیشتر از وسایل روتاری، برای پالپ تراumatیک نیست (no more traumatic than rotary)

*** لیزر ← CO₂ و Er: YAG و Nd:YAG و لیزر الکترون آزاد و Er/cr:YSGG**

در مقایسه با وسایل روتاری سرعت بالا، حداقل پاسخ پالپی را ایجاد میکنند

کلید به حداقل رساندن آسیب حرارتی در لیزرها نیاز به خنک کننده آبی است.

درمان جانبی که به طور شایع در ترمیمی به کار می‌رود، الکتروسرجری است که نسوج لثه‌ای را جهت افزایش دسترسی طی تهیه حفره و قالب گیری بر می‌دارد.

در الکترو سرجری: ← تماس پروپ با مینا یا دندان سالم واکنش پالپی خفیف است یا ندارد

↘ تماس پروپ با ترمیم واکنش فلزی پالپی مضر و شدید (با یا بدون بیس) ← * بنابراین با فلز (آمالگام) چه بیس باشد چه نباشد ← مضر است و شدید و تراumatیک.

* در قسمت‌هایی که «توبول باز بیشتری» داریم برای جلوگیری از ازدیاد حساسیت ← فقط sealer استفاده می‌کنیم.

عایق حرارتی ← بیس: انواع سمان‌ها بیس‌اند مثل زینک فسفات و GI هم بیس + هم لاینر است چون خصوصیات فیزیکی و مکانیک خوب دارد.

در الکتروسرجری:

۱- زمان تماس (بیش از ۰/۴ ثانیه) ← پاسخ پالپی شدیدتر است.

۲-RDT هرچه ↓ تر واکنش شدیدتر.

* علل درد پالپ (۱) ↑ فشار داخل پالپی بر روی انتهای عصبی، ثانویه به یک پاسخ التهابی (۲) علت درد ناشی از تهاجم باکتریایی است.

(۳) حساسیت ایجاد شده در «غیاب التهاب» پالپ ← «تئوری هیدرودینامیک»

* علل حساسیت گرمایی:

برای جلوگیری از آن ← بیس گذاشته می‌شده است.

- ۵۰٪ بیماران طی ۲۴ ساعت اول قدری ناراحتی داشته‌اند، ولی ۷۸٪ آنها گفته بودند که این ناراحتی ملایم (خفیف وزود گذر) است.

- اکثریت قابل توجهی از بیماران دریافت کننده ترمیم آمالگام، بدون توجه به عمق ضایعه و حضور یا عدم حضور سیلر یا لاینر، حساسیت گرمایی پس از درمان نداشته‌اند.

-افراد دارای حساسیت ← تقریباً همگی: mild- تقریباً همیشه در طی ۳۰ روز ناپدید می‌شود.

تئوری شوک حرارتی

* علت حساسیت حرارتی (معمولاً به سرما) پس از ترمیم: شوک مستقیم حرارتی به پالپ به علت انتقال تغییرات حرارتی حفره دهان از طریق ترمیم به سمت پالپ

* برای جلوگیری ← گذاشتن بیس (بخصوص اگر عاج نازک است)

✓ (ماده عایق کننده با انتشار حرارتی پایین)

* ماده عایق ← برای ترمیم‌های کامپوزیت لازم نیست ← چون کامپوزیت خودش داده عایق است.

✓ محدود به ترمیم‌های فلزی می‌شود.

* ضخامت بیس ← در نواحی تحت نیروی اکلوژال، حداقل باشد

✓ ↑ ضخامت بیس ← کاهش fracture resistance آمالگام روی آن که بد است .

✓ ضخامت بیس بیشتر از ۰/۷۵mm نشود ← چون اگر بیشتر شود مقاومت به شکست آمالگام روی ↓ می‌شود.

ضریب کشسانی خاصیت کلیدی است که تعیین می‌کند چگونه یک بیس یا لاینر به شکل موثری آمالگام را حمایت خواهند کرد.

* کاهش مدول الاستیک ماده بیس ← کاهش fracture resistance آمالگام روی آن

flexibility ← low EM stiffness ← high EM

* فاکتور اپراتور در کاهش حساسیت به تغییرات حرارتی، سیل موثر توبول‌های عاجی به جای قرار دادن متریال عایق با ضخامت خاص است. در نواحی ازدیاد حساسیت در SEM توبول‌های باز بیشتری دیده می‌شود.

(۲) تئوری هیدرودینامیک پالپی

مقبولیت بیشتری در ارتباط با حساسیت حرارتی پالپی دارد.

* وجود gap بین ترمیم و دندان ← حرکت آرام رو به خارج مایع عاجی

* دمای سرد ← انقباض ناگهانی این مایع ← افزایش سریع جریان ← درد

نزدیک پالپ: افزایش دانسیته و قطر توبول‌های عاجی و تراوایی آنها ← افزایش حجم و جریان مایع پالپی ← افزایش اثرات هیدرودینامیک و نفوذپذیری توبول‌ها

* EM = الاستیک مدولوس = stiffness ← اگر می‌شود بنابراین ماده stiff ↓ ← مقاومت به شکست ماده رویی ↓

= ضریب الاستیسیته = stress strain نمودار ← هر چه شیب‌دارتر سخت‌تر stiff تر و مستحکم‌تر

[مشکلات بیشتر از جهت حساسیت: در ترمیم‌های عمیق]

* راه حل ← انسداد دهانه توبول‌ها (سیل کردن)، < موثرتر از گذاشتن ماده عایق

طبق مطالعات SEM ← در عاج hypersensitive ← تعداد دهانه‌های توبولی باز بطور قابل ملاحظه ای بیشتر است

سیلرها، لاینرها و بیس‌ها:

Barrier protective coating

(الف) سیلرها: پوشش محافظتی دیواره حفره و سدی جهت ممانعت از **لیکیج** در اینترفیس دیواره‌ها و ترمیم. سیلرها معمولاً پوشش همه دیواره‌های حفره را انجام می‌دهند.

فصل ۱ آرت ۲۰۱۹

شواهد بالینی از آناتومی، بافت‌شناسی، فیزیولوژی دندان و اکلوزن

اجزای مینای دندان

- ۱- هیدروکسی آپاتیت ۹۲-۹۰٪ حجمی
- ۲- ماتریکس پروتئین آلی ۱-۲٪ حجمی
- ۳- آب ۱۲-۴٪ حجمی

فرم و کانتور دندان و ارتباطات آن در نقطه تماس با دندان‌های کناری و مقابل، تعیین‌کننده اصلی عملکرد عضلات هنگام جویدن، زیبایی، صحبت کردن و محافظت می‌باشد.

دندان‌ها و بافت‌های پشتیبان

شکل دندان‌ها بیانگر عملکرد آن هاست؛ دندان‌های انسان همه چیز خوار (Omnivorous) نام گرفته است. آناتومیکی تاج و طول ریشه، این دندان‌ها (کانین) را به پایه‌ای با ثبات و مستحکم برای پروتزهای ثابت و متحرک تبدیل کرده است. کانین‌ها به دلیل استحکام و موقعیتشان در قوس دندانی تنها راهنمای مهمی در اکلوزن هستند، پایه پروتز هم هستند. **پره مولرها نقش دو جانبه دارند:** (۱) در پاره کردن غذا مشابه کانین‌ها هستند و (۲) در آسیا کردن غذا مشابه مولرها هستند. مولر: در نزدیک‌ترین محل به مفصل گیجگاهی فکی (TMJ) که در عمل مضغ نقش تکیه‌گاه (فولکروم) را دارد، قرار گرفته‌اند. **پره مولرها** و مولرها در حفظ ارتفاع عمودی صورت نقش مهمی دارند.

بافت شناسی مینا

ساخت مینا = آملوژنزیس، توسط سلول‌هایی به نام آملوبلاست از لایه زاینده جنینی تحت عنوان اکتودرم منشا می‌گیرند. ۲mm در لبه اینسیزال انسیزورها؛ ۲/۳ تا ۲/۵ mm در کاسپ‌های پره‌مولرها و ۲/۵ تا ۳ mm در کاسپ‌های مولرهاست. «کاسپ‌های سطح اکلوزال دندان‌های خلفی از مراکز ossification جداگانه‌ای پدیدار می‌شوند». کاسپ فانکشنال در تماس با مینای دیواره‌های طرفی گروو (یا فوسا) مقابل قرار می‌گیرند نه در تماس با عمق گروو. این نحوه قرارگیری، یک فضای V شکل بین کاسپ و گروو مقابل ایجاد می‌کند که حین جویدن فضا جهت حرکت غذا ایجاد می‌کند.

ضخامت مینا در نواحی مختلف ساختارهای تکاملی دندان متفاوت است و می‌تواند در بعضی نواحی بسته به کیفیت اتصال محل کاسپ‌های مجاور حتی به صفر هم برسد. ناتوانی در به هم رسیدن یا رسیدن ناکامل مینا در محل اتصال لوب‌های تکاملی، باعث یک فرو رفتگی عمیق در ناحیه گروو از سطح مینایی شده که فیشر نامیده می‌شود. محل به هم نرسیدن مینا در عمیق‌ترین ناحیه فوسا، پیت نام دارد. Composition مینا: بزرگترین جزء معدنی است (۹۰ تا ۹۲ درصد حجمی).

ماتریکس پروتئین آلی (۱ تا ۲ درصد حجمی) و آب (۴ تا ۱۲ درصد حجمی) می‌باشد.

«از لحاظ ساختاری مینا از میلیون‌ها راد (یا منشور (prism)) مینایی که بزرگترین جزء ساختمانی مینا هستند رادهای مینایی به صورت خطی با تجمع (apposition) افزایشی پی در پی مینا در قطعات جدا شکل می‌گیرند. تنوع ایجاد شده در ساختار و معدنی شدن؛ خطوط افزایشی رتزیوس نام دارد و می‌تواند به عنوان حلقه‌های رشدی در نظر گرفته شود. در مقاطع عرضی دندان، خطوط رتزیوس به صورت دوار متحدمرکز دیده می‌شوند. در مقاطع طولی خطوط عرضی نواحی کاسپی و اینسایزال را قطع نموده و سپس به صورت مایل به سمت ناحیه سرویکال پایین آمده و در DEJ ناپدید می‌شوند. وقتی این دوار در سطح مینا ناکامل هستند، یک سری شیارهای متناوب به نام خطوط ایمبریکیشن پیکرل (imbrication lines of pickerill) را شکل می‌دهند.»

برجستگی‌های بین شیارها پریکایماتا نام دارد که به طور پیوسته اطراف دندان و معمولاً موازی CEJ و یکدیگر قرار گرفته‌اند. تعداد رادها تقریباً از (حداقل) ۵ میلیون در یک اینسایزور مندیبل تا (حداکثر) ۱۲ میلیون در مولر ماگزینا متفاوت است.

به طور کلی رادها در دندان‌های شیری و دائمی، هم نسبت به DEJ و هم نسبت به سطح دندان حالت عمودی دارند، به جز ناحیه «طوق» دندان‌های دائمی که منشورها هنگام امتداد به سمت خارج، اندکی جهت اپیکالی پیدا می‌کنند. از لحاظ میکروسکوپی سطح مینا فرورفتگی‌های دایره ای شکلی را نشان می‌دهد که بیانگر انتهای رادهای مینایی است. این تفرها در شکل و عمق متنوع بوده و تدریجاً با افزایش سن سایش می‌یابد. یک لایه خارجی بدون ساختار مینایی با حدود ۳۰ میکرومتر ضخامت موجود است که معمولاً در نواحی سرویکال و با شیوع کمتر در نوک کاسپ‌ها دیده می‌شود. در این نواحی هیچ گونه حدود خارجی در منشورها دیده نشده و تمام کریستال‌های آپاتایت موازی با هم و عمود بر خطوط رتزیوس هستند. این لایه تحت عنوان مینای بدون منشور نامیده شده و ممکن است بیشتر معدنی باشد.

هر آمبولاست یک راد مینایی منفرد را شکل می‌دهد که طول مشخصی برحسب نوع دندان و محل کروئالی آن در دندان دارد. رادهای مینایی مسیری موج دار و مارپیچی را دنبال می‌کنند چند میکرومتر کوتاه‌تر از سطح دندان خاتمه می‌یابند، رادهای مینایی ندرتا مسیری مستقیم و شعاعی را می‌پیمایند و تغییرات متناوب در جهت عقربه‌های ساعت و خلاف آن از مسیر شعاعی در تمام سطوح تاج دیده می‌شود. آنها در ابتدا مسیری منحنی را در ۱/۳ مینا در مجاور DEJ می‌پیمایند. سپس رادها معمولاً مسیری مستقیم تری در ۲/۳ باقی مانده مینا به سمت سطح طی می‌کند. گروه‌هایی از رادهای مینایی ممکن است با گروه‌های مجاور در هم بیچند و مسیری نامنظم و خمیده را به سمت سطح دنبال کنند. این امر باعث شکل گیری مینای گره‌دار (gnarled) شده که نزدیک نواحی سرویکال، اینسایزال و اکلوئال رخ می‌دهد. به اندازه ی مینای معمولی دچار شکستگی نمی‌شود. این نوع از شکل گیری مینا در آماده‌سازی دندان به آسانی تسلیم فشار وسایل برش دستی و تیغه‌دار نمی‌شود. جهت گیری سر و دم رادهای مینایی و گره خوردن آنها، به وسیله مقاومت در برابر نیروهای فشاری و پخش و مستهلک نمودن فشارها، موجب استحکام می‌شود.

تغییر جهت منشورهای مینایی که شکستگی را در جهت آگزینال کاهش می‌دهد، ظاهری اپتیکال به نام نوارهای هانتر - شرگر را می‌سازد. (۷-۱). این نوارها به نظر از نواحی متناوب تیره و روشن با پهنای متفاوت و تفاوت اندک در نفوذپذیری و محتوای آلی ساخته شده‌اند. این نوارها در نواحی متفاوتی از هر دسته از دندان‌ها دیده می‌شوند. نیز تفاوت‌هایی را از نظر تعداد - موقعیت در هر دندان نشان می‌دهند. در

دندان‌های قدامی آنها نزدیک سطح اینسایزال قرار گرفته‌اند. تعداد و نواحی آنها در دندان از **کانین‌ها به پره مولرها افزایش می‌یابد**. در مولرها نوارها از نزدیکی ناحیه **سرویکال تا نوک کاسپ‌ها** دیده می‌شوند.

قطر رادهای مینایی نزدیک مرز عاج حدود ۴ میکرومتر و در نزدیک سطح حدود ۸ میکرومتر است. این اختلاف با بزرگی سطح خارجی مینای تاجی در مقایسه با سطح عاج در DEJ همخوانی دارد.

قسمت سرگرد هر منشور ما بین بخش باریک دم دو منشور مجاور قرار می‌گیرد. عموماً قسمت گرد سر در جهت اینسایزال یا اکولوزال و قسمت دم در جهت سرویکال قرار گرفته‌اند. آخرین عمل آملوبلاست‌ها، بعد از ساختن رادهای مینایی، ترشح غشایی پوشاننده روی انتهای رادهای مینایی است. این لایه غشا ناسمیت یا کوتیکل مینایی اولیه نام دارد. به دنبال اتمام ساخت غشای ناسمیت، آملوبلاست‌ها دژنره شده و این غشا دندان تازه رویش یافته را پوشانده و با جویدن و شستشو سایش می‌یابد. این غشا با یک رسوب آلی به نام پلیکل، حاصل از پروتئین‌های بزاقی، جایگزین می‌شود.

اجزای ساختاری منشورهای مینایی میلیون‌ها کریستالیت آپاتیت کوچک و کشیده هستند که از نظر شکل و اندازه متفاوت‌اند. کریستالیت‌ها در یک الگوی مشخص از نظر جهت درهم فشرده شده‌اند که استحکام و ویژگی‌های ساختاری به منشورهای مینایی می‌بخشد. محور طولی کریستالیت‌های آپاتیت در درون ناحیه مرکزی سر (بدنه) تقریباً موازی با محور طولی رادها جهت گرفته‌اند و با نزدیک شدن به ناحیه دم رفته رفته زاویه آنها (۶۵ درجه) نسبت به محور طولی منشور افزایش می‌یابد.

آسیب‌پذیری این کریستالیت‌ها به اسید، چه در روند اچینگ و چه در پوسیدگی‌ها، ممکن است با جهت‌گیری آنها مرتبط باشد. روند انحلال معدنی وابسته به اسید بیشتر در نواحی سر راد رخ می‌دهد. نواحی دمی و نواحی اطراف سر نسبتاً در برابر حملات اسیدی مقاوم‌اند. شکل نامنظمی دارند و به طور میانگین ۱۶۰ نانومتر طول و ۲۰ - ۴۰ نانومتر عرض دارند.

یک کریستالیت ممکن است ۳۰۰ واحد سلولی طول، ۴۰ سلول عرض و ۲۰ سلول ضخامت در یک شکل ۶ گوش داشته باشد. یک ماتریس آلی هر کریستالیت را احاطه می‌کند.

اگرچه مینا ساختاری سخت و محکم است، نسبت به یون‌ها و ملکول‌های خاصی نفوذپذیر است. این مسیر عبور ممکن است از طریق نواحی کمتر معدنی شده و غنی از مواد آلی ساختار، مانند غلاف رادها، ترک‌های مینایی و سایر نواقص باشد. آب نقش مهمی به عنوان واسطه انتقالی از طریق فضاهای بین کریستالی ایفا می‌کند. تافت‌های مینایی ساختارهایی کمتر معدنی هیپونیرالیزه شده از رادها و ماده بین رادها هستند که بین گروه‌هایی از رادهای مینایی از DEJ می‌شوند (Tuft). این استتاله‌ها از عاج در جهت محور طولی تاج به مینا گسترش یافته و ممکن است در گسترش پوسیدگی‌های دندانی نقش داشته باشند. لاملاهای مینایی نقایص نازک برگ شکلی بین گروه‌های رادهای مینایی هستند که از سطح مینا به سمت DEJ شکل گرفته‌اند و گاهی درون عاج امتداد می‌یابند. **لاملا**: برگ مانند از مینا به DEJ گاهی درون عاج پوسیدگی آنها بیشتر شامل **مواد آلی** بوده که دندان را نسبت به **ورود باکتریها و پوسیدگی** مستعد می‌سازند. «نفوذپذیری مینا با افزایش سن به علت تغییرات ماتریکس مینا که به عنوان بلوغ مینا شناخته می‌شود، کاهش می‌یابد».

خلاصه

هانتزشوگر: تغییر جهت منشور مینایی ← ظاهر اپتیکال

gnarad ← پیچیدگی و نامنظمی راد مینایی ← استحکام

رتزیوس ← تفاوت در مینرالیزاسیون

Prismless: بسیار معدنی یا Heavily mineralized

فصل ۲ آرت ۲۰۱۹

پوسیدگی دندان ۲

پوسیدگی دندان بیماری چند فاکتوری به طور اولیه در اثر بهم خوردن فلور دهانی (بیوفیلم) بدلیل وجود کربوهیدرات‌های قابل تخمیر روی سطوح دندان با گذشت زمان ایجاد می‌گردد. بطور سنتی، این اثر متقابل دندان - بیوفیلم - کربوهیدرات با دیگرام کلاسیک *keyes* - Jordan - نشان داده می‌شود و همه افراد با دندان‌ها، بیوفیلم و کربوهیدرات‌های مصرفی با گذشت زمان پوسیدگی نخواهند داشت. این اسیدهای «آلی» اگر در اکوسیستم بیوفیلم برای مدت‌های طولانی موجود باشند، می‌توانند PH بیوفیلم را به زیر حد بحرانی (۵/۵) برای مینا و ۶/۲ برای عاج) پایین بیاورند.

PH پایین در تلاش برای رسیدن به تعادل، کلسیم و فسفات را از دندان به بیوفیلم منتقل می‌کند. بنابراین نتیجه آن از دست رفتن مواد معدنی دندان یا دمنیرالیزاسیون است. بنابراین پوسیدگی دندان در ناحیه سطحی و زیر سطحی دندان، در نتیجه یک روند دینامیک از آسیب (دمنیرالیزاسیون) و جبران (رمنیرالیزاسیون) ماده دندان است.

پوسیدگی‌های مهاجم یا *rampant caries* (که به طور تیپیک همراه *Caries baby bottle Meth mouth radiation caries* است). پوسیدگی‌های اکلوزال و سطوح صاف اینترپروگزیمال معمولاً به دنبال ایجاد پوسیدگی‌های سطوح صاف فاسیال بروز می‌کند. حضور اینگونه ضایعات، معمولاً باید دندانپزشک را نسبت به حضور فعالیت‌های پوسیدگی وسیع در نقاط دیگر دهان آگاه گرداند. باکتری‌های اسید اوریک و غیرموتانس: *Severve / prolonged Acidification*

جمعیت میکروبی غالب در مرحله دینامیک ۱- به صورت استرپتوکوک‌های غیر موتانس و اکتینومایسس است که با تغییرات خفیف در PH نیز تطابق می‌یابد. زمانی که رژیم غذایی به مصرف متناوب کربوهیدرات‌های قابل تخمیر تغییر می‌یابد، در ۲- مرحله اسیدوژنیک که باکتری‌های به PH پایین تمایل دارند، جمعیت میکروبی با محیط اسیدی‌تر تطابق می‌یابد. استرپتوکوک‌های موتانس و باکتری‌های اسید اوریک غیر موتانس افزایش می‌یابد.

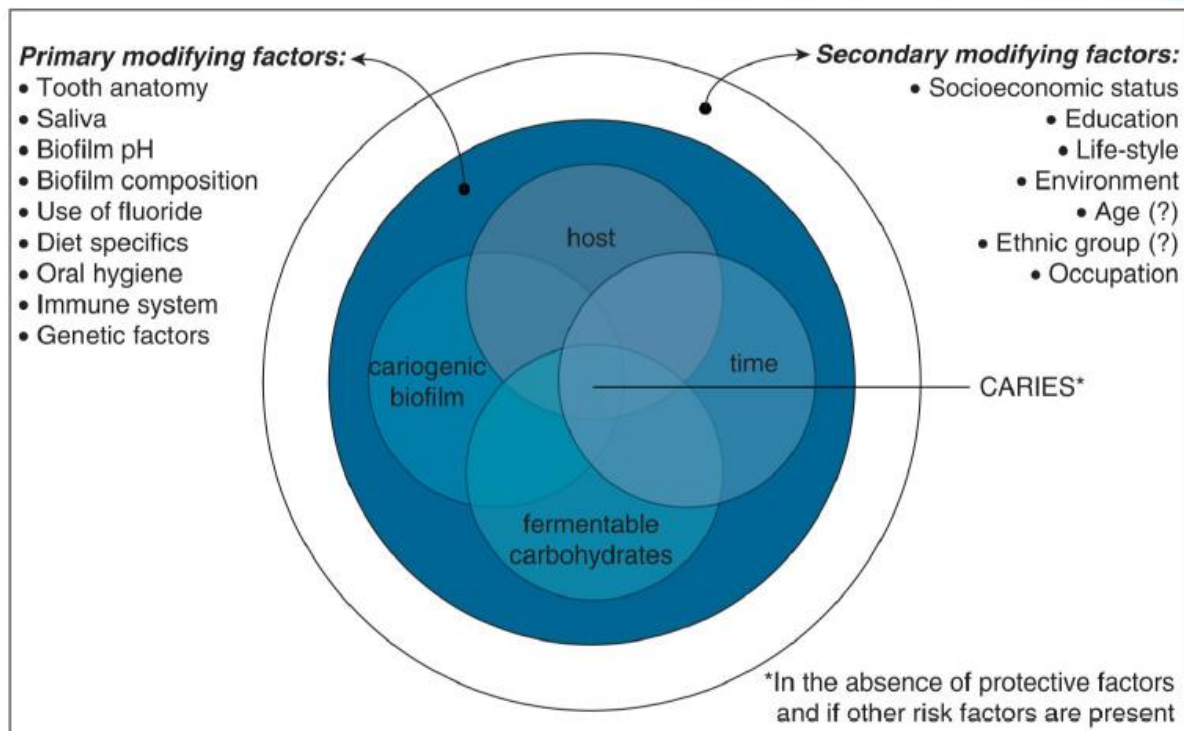


Fig. 2. 1 Modified Keyes-Jordan diagram. As a simplified description, dental caries is a result of the interaction of cariogenic oral flora (biofilm) with fermentable dietary carbohydrates on the tooth surface (host) over time. However, dental caries onset and activity are, in fact, much more complex, as not all persons with teeth, biofilm, and who are consuming carbohydrates will have caries over time. Several modifying risk factors and protective factors influence the dental caries process. (Modified from Keyes PH, Jordan HV: Factors influencing initiation, transmission and inhibition of dental caries. In Harris RJ, editor: *Mechanisms of hard tissue destruction*, New York, 1963, Academic Press.)

«تصویر رنگی از رفرنس، در انتهای جزوه آمده است.»

دیگرام Keyes. Jord

فاکتورهای مداخله گر اولیه

آناتومی دندان / بزاق / PH بیوفیلیم

فلوراید / رژیم غذایی / بهداشت / ایمنی ژنتیک

فاکتورهای ثانویه: ۱- وضعیت اقتصادی اجتماعی / ۲- مدل زندگی / ۳- سن / ۴- قوم و نژاد / ۵- تحصیلات / ۶- محیط / ۷- شغل

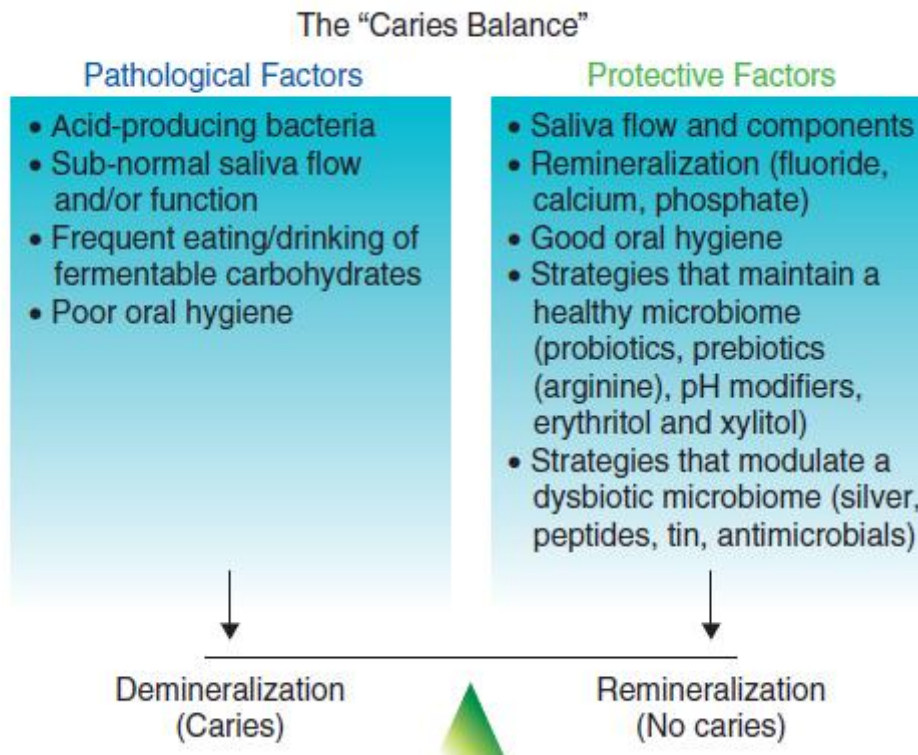


Fig. 2.5 The caries balance. The balance between demineralization and remineralization is illustrated in terms of pathologic factors (i.e., those favoring demineralization) and protective factors (i.e., those favoring remineralization). (Modified from Featherstone JDB: Prevention and reversal of dental caries: role of low level fluoride, Community Dent Oral Epidemiol 27:31–40, 1999.)

* افت PH پلاک غیر وابسته به ساکارز دریافتی است.

*** شکل مهم *** شکل ۵-۲

* درک تعادل بین دمینرالیزاسیون و رمینرالیزاسیون کلید کنترل پوسیدگی‌ها است.
دمینرالیزاسیون شدید عاج باعث اکسپوژر ماتریکس پروتئینی می‌شود که در ابتدا بوسیله ماتریکس متالوپروتئیناز (MMPS) میزبان دنا توره می‌شود و سپس بوسیله MMPS و سایر پروتئازهای باکتریال تخریب می‌شود.

MMP میزبان

↓

باکتری‌ها

با اینکه درمان سمپتوماتیک مهم است ولی شکست در تشخیص و مدیریت فاکتورهای ایجاد کننده زمینه‌ای، اجازه می‌دهد که بیماری ادامه پیدا کند و احتمال شکست درمان افزایش یابد.
← درمان ترمیمی روند پوسیدگی را درمان نمی‌کند.

فصل ۴ آرت ۲۰۱۹

اصول تهیه حفره

اخیراً بسیاری از اندیکاسیون‌های درمان به علت تخریب ناشی از پوسیدگی نیست و تراش دندان چندی است که به عنوان cavity preparation به کار نمی‌رود بلکه به آن tooth preparation می‌گویند.

آماده‌سازی دندان: تعریف تراش و مفاهیم پایه

• طرح فرز	فاکتورهای مربوط به بیمار
• نوع ابزار برنده تراش	• تمایلات
• توانایی ایزولاسیون	• مراقبت خانگی بیمار
فاکتورهای مربوط به ضایعه/نقص	• وضعیت ریسک بیمار
• ساپورت استخوانی	• سن
• اکلوژن	• شغل
• شدت	• بی‌حسی
• وضعیت لثه	فاکتورهای آناتومیک
• وضعیت پالپی	• جهت رادهای مینایی
• گسترش شکستگی	• ضخامت عاجی
فاکتورهای مربوط به مواد ترمیمی	• موقعیت پالپ
• خواص فیزیکی	• کانتورهای تاجی
• خصوصیات رنگ	• وسعت پوسیدگی قبلی
مقرون به صرفه بودن اقتصادی ماده	فاکتورهای مربوط به روند کار
	• مهارت اپراتور

کادر ۱-۴ فاکتورهای قابل ملاحظه قبل و حین تراش دندان

مفاهیم بنیادی تراش

هدف تراش دندان:

(۱) حفظ نسج سالم دندان

(۲) برداشت تمام نقایص

(۳) تراش دندان به گونه‌ای که تحت نیروی جویدن دندان یا ترمیم نشکند و خالی نشود.

(۴) امکان قراردعی زیبای ترمیم

طبقه بندی بلاک در ابتدا براساس مشاهدات فراوانی ضایعات پوسیده در سطوح مختلف مناطق دندان بود.

کلاس I, II, III, IV, V طراحی شده بود. پس از طبقه‌بندی اصلی بلاک، یک کلاس اضافی به آن اضافه شد که CI VI بود.

تمام آماده‌سازی‌های مورد نیاز برای درمان پوسیدگی‌های پیت و فیشور کلاس I نامیده می‌شود. این شامل تراش‌هایی است که بر (۱) سطح اکلوزال پره مولرها مولرها (۲) ۲/۳ اکلوزالی سطح فیشیال و لینگوال مولرها و (۳) سطح لینگوال اینسایزورهای ماگزبلا قرار دارند.

سطوح پروگزیمال دندان خلفی ایجاد می‌شود: کلاس II سطوح پروگزیمال دندان‌های قدامی ایجاد می‌شود و شامل لبه اینسایزالی نمی‌باشد کلاس III نامیده می‌شود. آماده سازی برای بهبود ضایعات پوسیدگی و یا سایر نواقص که در سطوح پروگزیمال دندان‌های قدامی ایجاد می‌شود و شامل لبه اینسایزالی می‌باشد کلاس IV نامیده می‌شود. آماده سازی برای بهبود ضایعات پوسیدگی و یا سایر نواقصی که بر ۱/۳ جینجیوالی سطوح فیشیال و لینگوال تمام دندان‌ها ایجاد می‌شود CI V نامیده می‌شود.

آماده سازی برای بهبود ضایعات پوسیدگی و یا سایر نواقصی که لبه اینسایزال دندان‌های قدامی یا نوک کاسپ اکلوزالی دندان‌های خلفی را دربر بگیرد کلاس VI نامیده می‌شود.

مواد ترمیمی پلی کریستالین نیازمند رسیدن RM به ۹۰ درجه هستند. توجه نمایید محور تراش در امتداد محور طولی تاج دندان‌های خلفی مندیبل است.

مینای دندان فوق مینرالیزه به ارتجاعیت (resiliency) عاج زیرین خود وابسته است.

وقتی که پوسیدگی دندان و یا هر نقص دیگری DEJ را به خطر می‌اندازد، آنگاه مینای سطحی دندان تحت بارگذاری دوره ای اکلوزالی در معرض شکستگی قرار می‌گیرد.

بارزترین ویژگی مواد دندان‌های ترمیمی، مربوط به توانایی آن‌ها برای مقاومت و بقاء تحت تنش‌ها و فشارهای محیط دهان در مقایسه با ساختار دندان طبیعی می‌باشد.

* مواد ترمیمی ایده آل از نظر دوام قادرند تا با ساختار دندان طبیعی برابری کنند. مواد دندان‌های ترمیمی از نظر ساختاری یا پلی کریستال و یا پلیمری باشند.

مواد ترمیمی که دارای ماهیت پلی کریستالین هستند (برای مثال آمالگام دندان‌ها، گلاس - سرامیک) توانایی بسیار محدودی برای خمش بدون شکستگی دارند.

مواد پلی کریستال نیازمند حداقل ضخامت ۱/۵ تا ۲ میلی متر می‌باشند تا در برابر بارگذاری اکلوزال بدون خمش مقاومت کنند.

طرح مارچین کاووسرفیس نزدیک به ۹۰ درجه می‌باشد زیرا این شکل لبه ای امکان ایجاد حداکثر ضخامت را در ماده پلی کریستالین که متعاقباً در منطقه تراش قرار خواهد گرفت فراهم می‌کند.

مواد ترمیمی که دارای ماهیت پلیمری هستند (برای مثال رزین کامپوزیت) دارای توانایی بیشتری برای خمش بدون شکستگی هستند.

این مواد هیچ گونه محدودیت ضخامت حداقل مواد را ندارند. مواد ترمیمی نازک در صورت نیاز دچار خمش می‌شوند. مثلاً منشور سیلانت و PRR در ضخامت خیلی ↓ هم قابل استفاده‌اند.

می‌توان آن را یک طرح با حداقل تهاجم در نظر گرفت. اتصال بین مواد پلیمری و مینای دندان در طول زمان ثابت و پایدار باقی می‌ماند. با این حال، اتصال بین مواد پلیمری و عاج دندان در طول زمان تخریب می‌شود. به طور کلی، ظاهر تراش *stumplike* است. مقدار واقعی فضای مورد نیاز مستقیماً بستگی به خواص فیزیکی ماده ترمیمی مورد استفاده دارد.

تراش داخل تاجی: بخش اعظمی از سطح تاج درگیر نمی‌شود، ظاهری شبیه باکس دارد و بدون توجه به نوع ماده ترمیمی در طولانی مدت به استحکام دندان نمی‌افزاید.

تراش خارج تاجی: شبیه به کنده درخت *stumplike*

تراش دندان: واژگان

در صورتی که تنها یک سطح دندان مدنظر باشد، تراش دندان به صورت ساده (*simple*)، در صورتی که دو یا سه سطح دندان مدنظر باشد به صورت مرکب (*compound*) و اگر یک تراش شامل چهار سطح یا بیشتر باشد به صورت تراش پیچیده (*complex*) تعریف می‌شود.

یک دیواره داخلی، یک سطح تراش خورده ای است که تا سطح خارجی دندان توسعه نمی‌یابد. دو نوع دیواره داخلی وجود دارد. دیواره آگزبال، یک دیواره داخلی است که موازی با محور طولی دندان است. دیواره پالپی یک دیواره داخلی است که عمود بر محور طولی دندان بوده و در قسمت اکلوزال پالپ قرار گرفته است. دیواره داخلی گاهی مواقع موسوم به کف پالپی است. یک دیواره خارجی، یک سطح تراش خورده‌ای است که تا سطح خارجی دندان گسترش یافته است. نام این دیواره از سطح دندان (یا نما) گرفته شده است که دیواره در مجاور آن قرار دارد.

اصطلاح طولی را می‌توان به جای عبارت عمودی استفاده کرد. ویژگی‌های تراش دندان که عمود بر محور طولی دندان‌ها هستند (یا تقریباً عمود بر محور طولی هستند) موسوم به ویژگی‌های افقی یا عرضی هستند. لاین انگل داخلی، یک زاویه خطی است که رأس آن به سمت دندان است. لاین انگل خارجی، زاویه خطی ای است که رأس آن از دندان دورتر است.

تراش دندان: مراحل گام به گام تراش

هدف این فرایند، که مرسوم به اناموپلاستی است، ایجاد یک سطح خارجی صاف و نعلبکی شکل است که خود تمیز شونده (*self-cleansing*) بوده و به آسانی تمیز می‌شود.

روش‌های ادنتومی پروفیلاکتیک در گذشته استفاده می‌شد. این روش‌های تهاجمی شامل تراش نقایص رشدی و ساختاری مینای دندان می‌باشند که تصور می‌شد در معرض خطر بالای پوسیدگی هستند و ترمیم تراش با آمالگام برای پیشگیری از پوسیدگی‌ها در این مناطق قرار دارند. ادنتوتومی پروفیلاکتیک دیگر به عنوان یک روش پیشگیرانه محسوب نمی‌شود.

اناموپلاستی به صورت بخشی از مرحله تراش اولیه انجام می‌شود ولی شامل گسترش حدود خارجی (*out line form*) تراش

نبوده و هنگام ایجاد یک تراش برای ترمیم با آمالگام یا گلاس - سرامیک مفید خواهد بود. مواد ترمیمی در منطقه ریکانتور شده قرار داده نخواهد شد. تنها تفاوت در ترمیم این است که ضخامت ماده ترمیمی در حاشیه اناموپلاستی شده به طور خفیفی کاهش می‌یابد زیرا عمق پالپی دیواره خارجی تراش به میزان اندکی کاهش می‌یابد.

نکته: ۱- اناموپلاستی برای فریم‌های پلی کرستالین کاربرد دارد.

۲- اندیکاسیون اناملوپلاستی: ۱- عمق مینا در حدود ۳/۱ یا کمتر ۲- گروو باریک Groove

کادر ۳-۴ مراحل تراش دندان

- * مرحله تراش اولیه دندان (initial tooth prep)
 - مرحله ۱: فرم حدود خارجی و عمق اولیه (outline)
 - مرحله ۲: فرم مقاوم اولیه (resistance)
 - مرحله ۳: فرم گیردار اولیه (retention)
 - مرحله ۴: فرم دسترسی (convenience)
 - مرحله تراش نهایی دندان (Final tooth prep)
 - مرحله ۵: برداشت ماده ترمیمی معیوب یا عاج نرم (یا هر دو)
- مرحله ۶: محافظت پالپی**
- مرحله ۷: فرم مقاوم و گیردار ثانویه
 - مرحله ۸: پرداخت دیواره‌های خارجی
 - مرحله ۹: اقدامات نهایی: تمیز نمودن و بازبینی

• BOX 4.3 Steps of Tooth Preparation

Initial Tooth Preparation Stage

- Step 1: Initial depth and outline form
- Step 2: Primary resistance form
- Step 3: Primary retention form
- Step 4: Convenience form

Final Tooth Preparation Stage

- Step 5: Removal of defective restorative material and/or soft dentin
- Step 6: Pulp protection
- Step 7: Secondary resistance and retention forms
- Step 8: External wall finishing
- Step 9: Final procedures: debridement and inspection

precisely as possible if optimal treatment outcomes are to be obtained. The stages and steps in tooth preparation are listed in Box 4.3. The sequence of these steps may need to be altered when extensive caries has increased the risk of pulpal involvement (see Chapter 2).

The concepts of initial and final stages of tooth preparation are utilized for caries lesions that have progressed into dentin, have compromised the dentinal support of enamel, and therefore require surgical intervention. The information presented is comprehensive and specific primarily for tooth preparations designed to receive direct restorative materials that are not adhesively attached to the tooth structure and are polycrystalline in nature (i.e., amalgam). Major differences that exist for other types of minimally invasive tooth preparations for polymeric restorative materials (composite resin) are noted.

فصل ۸ رونالد گلداشتاین ۲۰۱۸

ساخت رستوریشن‌های زیبایی از طریق جلوه‌های ویژه

مشاهده دندان‌ها در نور متفاوت

ساخت رستوریشن در لابراتوار زیر لامپ‌های فلورسنتی انجام می‌شود. امتحان رستوریشن توسط دندانپزشک نیز در یک موقعیت کنترل شده زیر نور درخشان داخل دهان نتایجی مشابه لابراتوار دارد. اما در خارج از مطب و نور محیط و همچنین تحت تاثیر لب‌ها و شکل لب‌خند و اخم و... شرایط رستوریشن تغییر می‌کند.

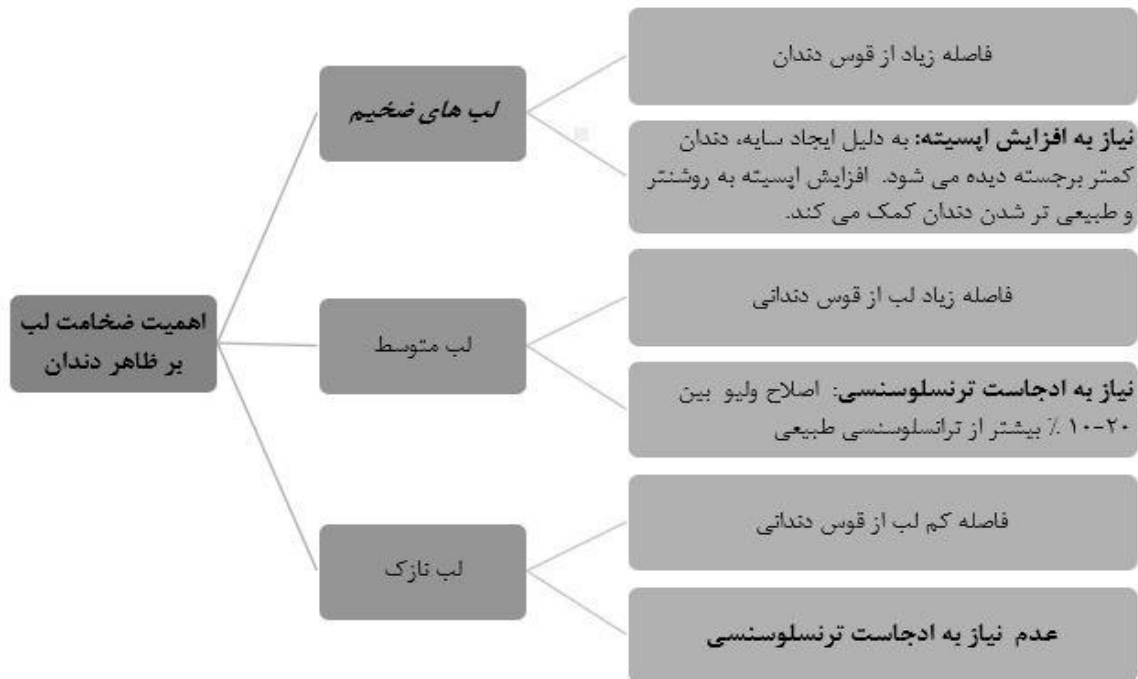
Smile line: خطی در امتداد لبه انسیزال دندان‌های قدامی بالا و تقریباً موازی کانتور لب پایین است. هرچه لب پایین خمیده تر باشد خط لبه انسیزال بالا نیز منحنی تر می‌شود.

- اغلب موارد دندان‌های سانترال بالا برابر یا کمی بلندتر از کاین هستند.

لب‌ها و لثه‌ها: فریم دندان‌ها

لب‌ها همانند پرده (curtain) روی دندان سایه ایجاد می‌کنند. لثه‌ها مانند پس زمینه یا صفحه ای هستند که دندان‌ها روی آن قرار می‌گیرند. لثه انتقال دهنده و بازتابنده نور است که این امر وابسته به ضخامت آن است. به همین دلیل ریشه‌های تیره‌تر و ایمپلنت و پست فلزی روی رنگ لثه موثر است.

وجود لب ضخیم موجب سایه روی دندان می‌شود. در نتیجه یک روکش سفید ممکن است به صورت یک ریختگی خاکستری دیده شود. وقتی لب روی دندان‌ها قرار می‌گیرد نواحی که لاین انگل می‌چرخد، تیره تر می‌شود و دندان نازکتر دیده می‌شود. وقتی لب کنار می‌رود، نمای دندان‌ها عریض تر می‌شوند.



اصول (illusion خطای دید)

- وجود سایه برای دیدن کانتور و انحنای سطح ضروری است. درک شکل جسم دارای سطوح منحنی نرم (smooth) فقط در صورت وجود سایه و نور امکانپذیر است.
- حرکات افقی چشم راحتتر از حرکات عمودی است. برای مغز زمان طولانی تری جهت تفسیر خطوط عمودی لازم است در نتیجه خطوط عمودی بلندتر به نظر می رسند.
- روشنایی باعث جلوتر به نظر رسیدن و تاریکی موجب تصور عقبتر بودن جسم می شود.

روش های ایجاد illusion خطای دید در دندانپزشکی

۱. شکل دهی و کانتور دادن : شایعترین روش illusion است.
۲. مرتب سازی دندان ها : (arrangement) برای ایجاد اثر زیبایی خاص (special esthetic effect) انجام می شود.
۳. رنگ آمیزی (staining)

اصول اساسی illusion در مورد شکل و طرح کلی:

- خطوط عمودی ارتفاع را برجسته تر می کنند و تصور باریک و بلند بودن ایجاد میکند.
- خطوط افقی عرض را برجسته تر میکنند و تصور عریض و کوتاه بودن ایجاد می کند.
- سایه ها عمق را اضافه می کنند
- زاویه ها بر درک خطوط متقاطع تاثیر می گذارند.
- خطوط و سطوح منحنی نرم تر و خوشایندترند و حالت زنانه ایجاد می کنند

ساخت رستوریشن موقت بعد از آماده سازی دندان و قبل از قالبگیری نهایی ضروری است. رستوریشن موقت به عنوان طرح اولیه برای یک illusion موفق عمل می‌کند و بیمار تا جلسه بعد و قالبگیری نهایی فرصت دارد تا مشکلات خود را بیان کند.

- در جلسه امتحان رستوریشن سرامیکی نهایی، اصلاح رستوریشن داخل دهان با دیسک و سنگ پرسنل و بعد از مشخص کردن با مارکر الکل سیاه انجام می‌شود.

- چشم به حدود خارجی (outline) حساسیت بیشتری نسبت به شکل سطح دارد، ولی کانتور سطح نیز نقش اساسی در ایجاد illusion خوب دارد و بازتاب نور را کنترل می‌کند.

- برای طرح‌ریزی خصوصیات سطحی، یک مدل دقیق جهت بررسی، آماده کنید و آن را با گچ زرد یا سبز بریزید تا بافت به بهترین شکل نشان داده شود. از اسپری مدل یا پودر طلا می‌توان برای مشخص شدن texture و برجستگی‌ها استفاده کرد.

- در افراد مسن معمولاً مینا در لبه اینسیزال سایش یافته و سطح نرم تری (smoother) دارد. دندان‌های جوان texture بیشتری دارند. سطوح مشخص یا دارای texture سایه ایجاد می‌کند و موقعیت سایه تعیین می‌کند که ذهن چگونه کانتور را تفسیر کند.

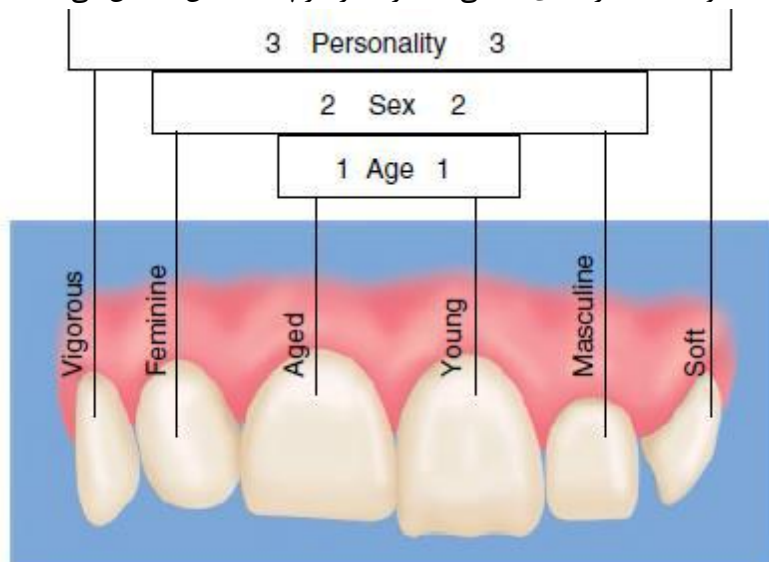
دندان‌های با سایه یا shading در لبه اینسیزال موجب برجسته تر دیده شدن ناحیه جنجیوال می‌شود. سایه می‌تواند باعث سه بعدی دیده شدن یک جسم دوبعدی شود و موجب تغییر طول، عرض و ارتفاع گردد.

Arrangement دندان‌ها

- چرخش دیستالی دندان موجب باریکتر به نظر رسیدن دندان می‌شود.
- چرخش میزالی دندان موجب پهن تر به نظر رسیدن دندان می‌شود.

راهنمای Lombardi:

۱. دندان سانترال، سن را بیان می‌کند.
۲. دندان لترال، خصوصیات جنسیت را بیان می‌کند.
۳. دندان کانین، برای بیان خلق و خو به کار می‌رود.
- این راهنما نحوه استفاده از فضای "منفی" یا تاریک را در پشت دندان‌ها نشان می‌دهد.



«تصویر رنگی از رفرنس، در انتهای جزوه آمده است»

در خصوص مناسب بودن نوع خاصی از دندان برای نوع خاصی از صورت تحقیق قانع کننده‌ای وجود ندارد ولی مواردی مثل شخصیت، سن، و خواسته بیمار می‌تواند کمک کننده باشد.

جلوه‌های ویژه با دستکاری شکل و ترتیب دندان‌ها

- تغییر در نمای سطح دندان‌ها روی درخشندگی (luster) و روشنایی (brightness) آن موثر است. سطح صاف تر باعث عبور بیشتر نور از دندان و افزایش ترانسلوسنسسی و کاهش ولیو می‌شود.
 - texture نور بیشتری را منعکس می‌کند، بنابراین می‌توان دندان را با ولیو کمی بیشتر در حالیکه نمای طبیعی دندان حفظ شده، طراحی کرد.
 - خصوصیات مثل ترانسلوسنسسی و اپالسنسسی و فلورسنسی باید در خود ساختار سرامیک باشد نه اینکه توسط گلیز و رنگ ایجاد شود.
- انتخاب مواد زیرسازی و تاثیر آن بر ظاهر دندان‌ها
رنگ دندان آماده سازی شده (سوبسترا) ممکن است بر ظاهر نهایی ترمیم تاثیر بگذارد.

Type of Material	Light Reflected	Light Transmitted	Tooth Stump Effect
Feldspatic ceramic	Low	High	High
Lucite reinforced	Low	High	High
Lithium disilicate	High	High	Medium low
Zirconia	High	Low	Low
Metal	High	Low	No effect

رنگ آمیزی (staining)

- برای شبیه سازی رنگ دندان و بهبودی illusion از طریق دستکاری در شکل و خصوصیات سطحی مورد استفاده قرار می‌گیرد.
- با افزایش ولیو (افزایش سفیدی) جسم نزدیکتر به نظر می‌رسد.
 - با کاهش ولیو (افزایش خاکستری) برجستگی کمتر و جسم دورتر به نظر می‌رسد.
- Staining باید در بدنه رستوریشن گنجانده شود. هرچه لایه اپک و بادی به رنگ نهایی نزدیکتر باشد، نتیجه واقعی تر خواهد بود. مواد اپک رنگ‌های مختلف، می‌توانند ظاهر پرسلن را تحت تاثیر قرار دهند و به رنگ عمق دهند.

روش‌های کاربرد stain سطحی

۱. اول روکش گلیز می‌شود. در این حالت stain در یک مرحله جداگانه روی لایه گلیز قرار می‌گیرد. به گفته Aker با این روش سایش ۵۰٪ تسریع می‌شود و لایه stain طی ۱۰-۱۲ سال از بین می‌رود. مگر اینکه گلیز ثانویه انجام شود.
 ۲. پرسلن cut back می‌شود و رنگ‌های فلورسانس روی سطح قرار می‌گیرند. سپس یک پرسلن اینسیزال شفاف یا اپک اضافه می‌شود و مجدداً reglaze می‌شود.
 ۳. Glaze با stain ترکیب می‌شود.
- انتخاب رنگ بر اساس درجه تغییر shade مورد نیاز و مشاهده رنگ‌ها در دندان طبیعی، تحت فلورسانس خواهد بود. کراونهای نهایی باید هم در نور طبیعی و هم در شرایط نور سیاه (black light)، طبیعی به نظر برسند.

نکاتی در مورد تکنیک

Staining باید روی سطح نرم (smooth) انجام شود. دندان می‌تواند دارای texture باشد، اما سطح آن نباید دارای pits and stone marks باشد. الماس ممکن است به سطح آسیب بزند و فرورفتگی‌هایی (puddles) ایجاد کند. از کاربرد هرگونه سنگ که می‌تواند باقیمانده‌ای در پرسن به جا بگذارد، خودداری کنید. از سنگ‌های Busch, Shofu, Dedeco استفاده کنید.

Satin -ها اساساً در حالت مرطوب و خشک شده ولیو مشابهی دارند.

- در افراد جوان کاربرد میکروکرکهای سفید به جای قهوه‌ای می‌تواند مفید باشد.

- پختن‌های متعدد رستوریشن می‌تواند موجب از دست رفتن وایتالیته آن و تغییر shade شود. طبق نظر دکتر برقی این مسئله باعث از دست رفتن وایتالیته نمی‌شود ولی می‌تواند موجب کاهش یا از دست رفتن اتوگلیز گردد.

- برای حرارت دادن stain، آنها را تا دمای کمی کمتر از دمای گلیز حرارت دهید تا ویژگی‌های دلخواه به دست آید. با این روش اثرات چندگانه (multiple effect) بهتر حاصل می‌شود.

ارتباط با لابراتوار:

۱. تصاویر فتوگرافی کامپیوتری
 ۲. مدل مومی
 ۳. کاربرد موم ivory، موم رنگ دندان و یا کاربرد ماتریکس vacuform همراه کامپوزیت مستقیماً داخل دهان برای نشان دادن و تجسم نتیجه نهایی برای بیمار.
 - ایزولاسیون با رول پنبه یا رترکتور پلاستیکی و کاربرد گاز ۲*۲ روی لب پایین ایجاد می‌شود. برای نمایش مناسب، بیمار باید آینه را در امتداد طول بازوها قرار دهد.
- به دلیل ترنسلسنسی‌های مختلف، شفافیت، پوشش عاجی با مینا و مدیفیکیشن‌های مینا، shade tab‌های معمول نمی‌تواند با دندان طبیعی مطابقت داشته باشد.
- سیستم Kahng shade، تئوری این رنگها را مورد توجه قرار می‌دهد و به دندان‌های طبیعی و همچنین رنگهای سنتتیک که بیماران هنگام سفید شدن دندان‌هایشان می‌بینند، توجه می‌کند.
- زبانه‌های سایه (shade tabs) سرمایی Chairside Shade Guide به ۵ دسته تقسیم می‌شوند که هر گروه شامل ۲۰ زبانه می‌شوند.



Figure 8.13 (A) The Chairside Shade Guide ceramic shade tabs are divided into different categories, with 20 tabs in each grouping. Figure courtesy of Lukus S. Kahng.

توضیحات	تعداد Tab	گروه بندی shade guide
دو سوم اکلوزال شامل کلسیفیکاسیون سفید و آبی اپال. رنگ عاجی بیشتر و ترانسلوسنسسی کمتر. یک سوم incisal دارای رنگ روشن همراه ترانسلوسنسسی	۶ رنگ زیبایی ۱۴ رنگ early age	Shade guide 3.0
شامل تغییر رنگ درمینا، ۲۰-۳۰٪ کاهش در مقایسه با ۳/۰ در بین عاج و مینا. این گروه بندی مینای خارجی، ترانسلوسنسسی و عاج را در نظر می گیرد. انتظار می رود ۵۰٪ مینا و ۵۰٪ ترانسلوسنسسی را در این shade مشاهده کنید شامل سه شکل کلسیفیکاسیون سفید و انواع ترانسلوسنسسی با ماملون	۲۰ رنگ Middle Years	Shade guide 4.0
اشباع رنگ شدیدتر با عاج عمیق، ترانسلوسنسسی و ترانسپرنسی و همچنین انواع مختلفی از ترانسلوسنسسی مینا مشابه شرایط داخل دهانی	۲۰ رنگ Later Years	Shade guide 5.0
Stain اکلوزال خاکستری، برنز، اپال و مینای آبی و انواع مختلف مینای کانین در یک سوم انسیزال	پرمولار (۵)، مولار (۱۰) کانین (۵) گزینه	Shade guide 6.0
۱۰ رنگ مربوط به بعد از آماده سازی دندان طبیعی و پس از آماده سازی از ایمپلنت تا موارد ونیر و تیره ۴ رنگ Texture سطحی شامل عمودی، عمودی افقی، مه آلود (misty) و پالیش طبیعی ۶ رنگ لثه		Shade guide 7.0