

بِسْمِ اللّٰهِ الرَّحْمٰنِ الرَّحِيْمِ

١٠٣٣٨٤

دانشگاه علوم پزشکی شیراز
دانشکده دندانپزشکی

پایان نامه

جهت اخذ درجه دکترای تخصصی ترمیمی و زیبایی از دانشکده
دانپزشکی دانشگاه علوم پزشکی شیراز

عنوان :

بررسی خارج دهانی استحکام باند برشی کامپوزیت غیر مستقیم و سیمان
رزینی - اثرات آماده سازی سطح



به راهنمایی استاد ارجمند :

جناب آقای دکتر علی اصغرعلوی

دانشیار، مدیر گروه و سرپرست تخصصی بخش ترمیمی و زیبایی

۱۳۸۷ / ۰۷ / ۲۰

نگارش :

دکتر فاطمه زاهدی نژاد

شماره پایان نامه : ت ۷۷۶

تابستان ۱۳۸۱

۱۴ ۳۳۸۴

به نام خدا

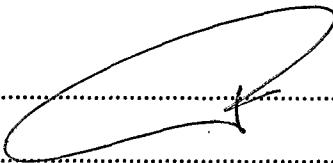
ارزیابی پایان نامه

پایان نامه تخصصی شماره ۷۷۶ در رشته ترمیمی و زیبایی با عنوان:

بررسی خارج دهانی استحکام باند برشی کامپوزیت غیر مستقیم و سیمان
رزینی - اثرات آماده سازی سطح

با نگارش دکتر فاطمه زاهدی نژاد در تاریخ
تائید قرار گرفت.

نظر استاد محترم راهنما:



نظر هیئت محترم داوران :

.....-۱

.....-۲

۱۴۰۸ / ۱۸ / ۲۰-۳

.....-۴

.....-۵

.....-۶

.....-۷

.....

بسیار از این اتفاق بیکسران
خداوند و با صفتی مانند ترین
پیاسها از استاد ارجمند
آقای دکتر علی اصغر علوی، به
پایه همراهی، دقت نظر و زحماتی که
برای تهیه و تدوین این جموده
 منتسب شده است.

تقديم به روح بزرگ پيدر عزيزيم
وتقديم به مادر فدااکارام ، كه
اسوه عشق ، مهرباني و اشتارند .

تقديع به همچو عزيز و مهربان
عيبت ي در یعن برآنم ارزشمندرين
بشيفرانه و دلخورمي است

تقاضی به خانواده عترم هسلرم که
بیچکا و عیبت و فراموشی خود را
درینه ننمودند

تقدیم به اساتید عزیزم در بخش
تربیتی که هبته از راهنمایی
های اول بخش ایشان بودم

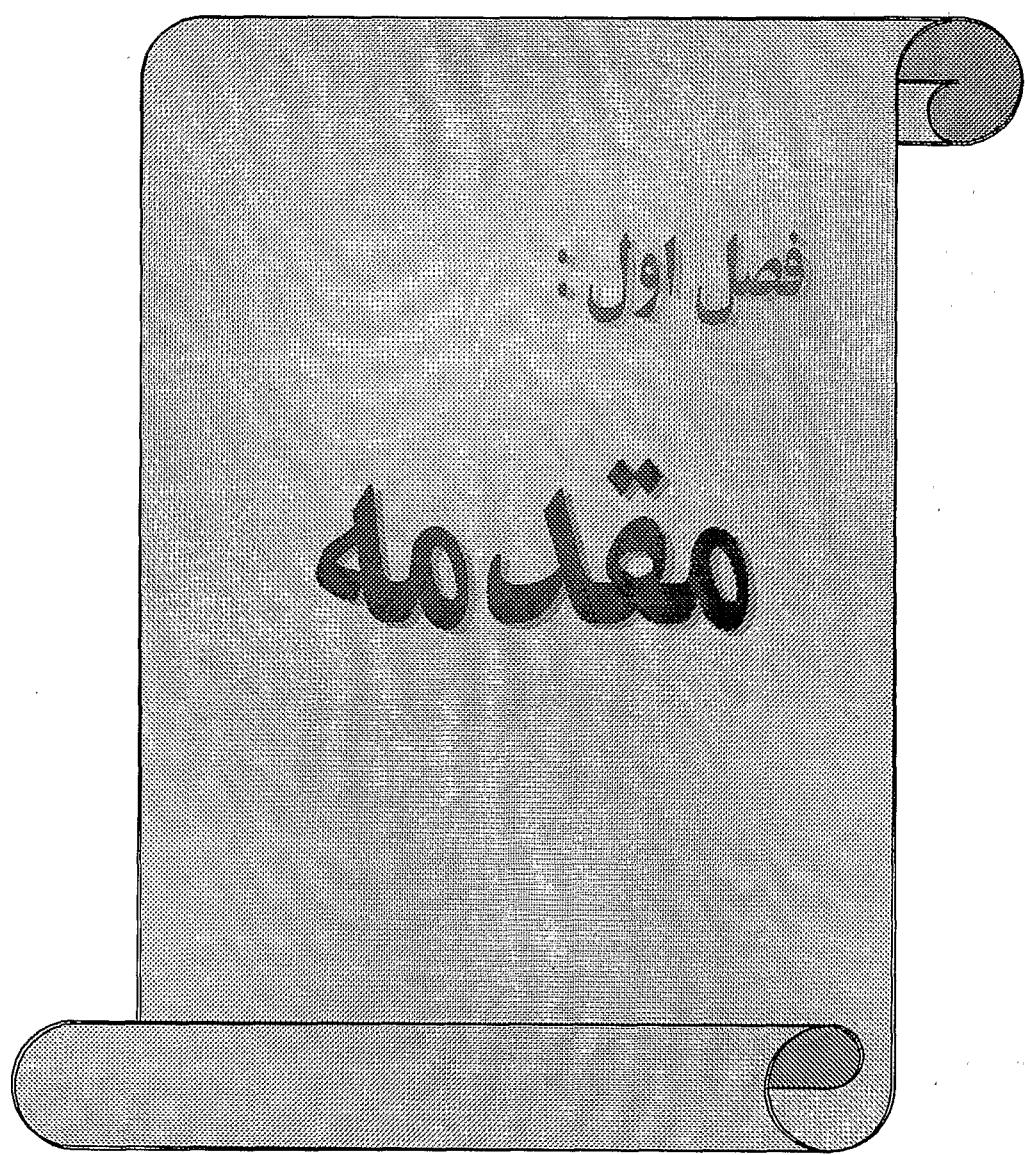
تقدیم به معاونت بروهایی هنر
دستگاه که در حضور توانید و
تصویر این طرح تحقیقاتی بسیار
همکاری مودود

با تشکر و شناش فراوان از
اعمالی محروم گمینه بررسی بایان
نامه.

فهرست مطالب

صفحه	عنوان
۱	فصل اول : مقدمه
۴	فصل دوم : ترمیمهای همنگ دندان در دندانهای خلفی
۵	۲-۱ - مواد مسدود کننده شیارها و فرورفتگی ها(سیلات ها)
۶	۲-۲ - سرامیکها
۶	- پرسلن های هتروژن
۷	- پرسلن های هموژن
۸	۲-۳ - کامپوزیت ها
۱۶	۲-۴ - ترمیم های کامپوزیتی مستقیم
۱۸	۲-۵ - ترمیمهای کامپوزیتی غیر مستقیم
۱۸	- خواص فیزیکی
۱۹	- افزایش مقاومت در برابر ابرژن و اتریشن
۱۹	- کاهش تنش ناشی از انقباض حین پلیمریزاسیون
۱۹	- کنترل دقیق تر انحنا ها و تماسها
۱۹	۲-۶ - موارد تجویز و عدم تجویز
۲۰	۲-۷ - روشهای ساخت اینله و آنله کامپوزیتی
۲۰	- روش نیمه مستقیم
۲۰	- روش غیر مستقیم
۲۳	فصل سوم : ویژگی های فیزیکی کامپوزیت ها
۲۸	فصل چهارم : درجات متنوع پلی مریزاسیون
۲۹	۱-۴ - پلی مریزاسیون ثانویه

عنوان	
	صفحه
فصل پنجم : آماده ساری سطح	۳۳
۵-۱ - ایجاد باند بین دندان و کامپوزیت چسبنده	۳۳
۵-۲ - ایجاد باند بین کامپوزیت چسبنده و سرامیک یا کامپوزیت	۳۳
فصل ششم : بازنگری تحقیقات	۳۷
فصل هفتم : مواد و روش تحقیق	۵۶
۷-۱ - مواد استفاده شده	۵۶
۷-۲ - روش تحقیق	۵۹
- تهیه نمونه ها جهت انجام تست استحکام برشی باند	۶۰
- بررسی نحوه شکست نمونه ها	۶۴
- تهیه نمونه ها جهت بررسی میکروسکوپی با SEM	۶۵
فصل هشتم : نتایج	۶۶
۸-۱ - نتایج استحکام برشی باند	۶۷
۸-۲ - نتایج بررسی نحوه شکست	۷۱
۸-۳ - نتایج بررسی های SEM	۷۲
فصل نهم : بحث و تحلیل نتایج	۷۴
نتایج کلی	۷۴
خلاصه فارسی	۸۳
خلاصه انگلیسی	۸۵
فهرست منابع	۸۷
ضمیمه	۹۳



مقدمه

امروزه تمایل مردم به داشتن ترمیم‌های همنگ دندان و زیبا حتی در دندان‌های خلفی، از گذشته بیشتر شده است. با پیشرفت تکنولوژی، مواد متعددی جهت کاربرد در دندان‌های خلفی ساخته شد. این مواد باید یک سری خصوصیاتی داشته باشند از جمله، مقاومت به سایش، مقاومت در برابر تغییر رنگ، استحکام بالا و توان مقاومت در برابر نیروهای جونده.

پرسلن و کامپوزیت در دندان‌های خلفی قابل استفاده هستند. امروزه کامپوزیتهاي خاص ترمیم‌های غیر مستقیم ساخته شده و سعی شده که خواص مکانیکی آنها تا حد زیادی بهبود یابد. پس از حل مشکل نوع ماده، مسئله باند آن به دندان مطرح می‌شود. چرا که شکستن این باند موجب شکست درمان می‌شود. این ترمیم‌ها توسط سیمانهای رزینی به دندان سیمان می‌شوند و در این میان با دو اینترفاز روبرو هستیم. اینترفاز سیمان با دندان و سیمان با ترمیم غیر مستقیم.

با معرفی باندینگهای عاجی جدید تا حد زیادی مشکل در اینترفاز سیمان و دندان حل شده است ولی با توجه به پلی مریزاسیون ثانویه‌ای که روی ترمیم‌ها صورت می‌گیرد، مناطق پلی مریزه نشده جهت ایجاد اتصال شیمیایی در سطح باند، بسیار کم بوده و یا اصلاً وجود ندارد. پس باید روشی را انتخاب کرد که با ایجاد گیر مکانیکی یا میکرومکانیکی باند مطلوب را ایجاد کند و یا با استفاده از بعضی عوامل جفت کننده

(Silane Coupling Agent)، هم از مزایای گیر مکانیکی و هم شیمیایی بهره مند

شوند.

در این تحقیق سعی شده تا روش‌های مختلف آماده سازی سطح روی دو نوع

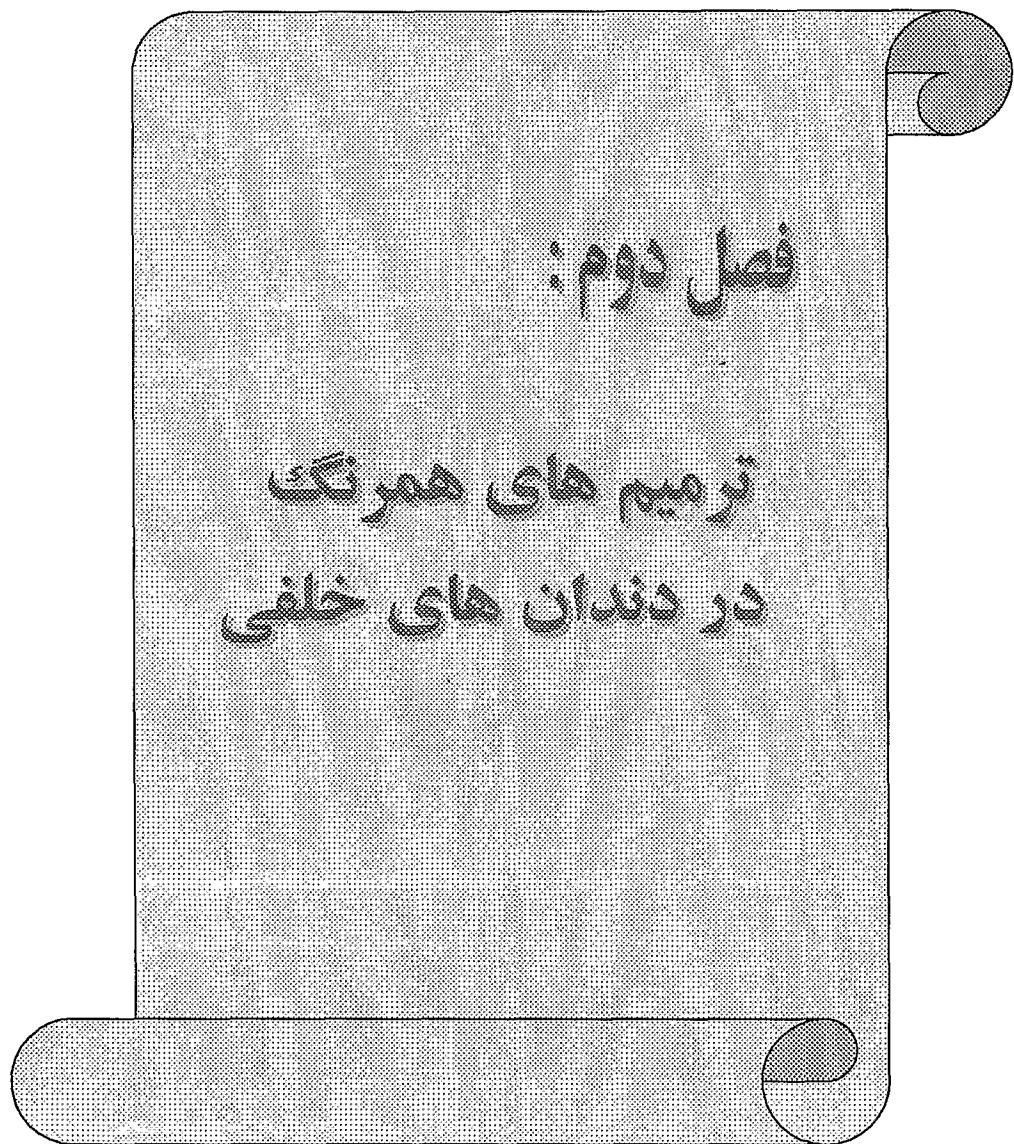
کامپوزیت تارجیس و تریک سرام که به دو روش متفاوت، پلی مریزاسیون ثانویه آنها

صورت گرفته، انجام شود و سپس باند حاصل بین آنها و سیمان رزینی ثبت و مقایسه شود و

نهایتاً بهترین روش آماده سازی سطح انتخاب و پیشنهاد شود.

فصل دوم:

آزمون های هم را کن
در دندان های خلفی



ترمیم‌های همنگ دندان در دندان‌های خلفی

در سال‌های اخیر استفاده از کامپوزیت در ترمیم دندان‌های خلفی بطور چشمگیری افزایش یافته است چرا که امروزه بیماران بیشتر خواستار ترمیم دندان‌های خود با مواد همنگ می‌باشند^(۱). دندانپزشکی سال‌ها در تلاش بوده تا جایگزین‌هایی زیبا برای آمالگام دندانی و طلا، با هدف ترمیم محافظه کارانه دندان‌های خلفی ایجاد نماید. با ابداع روش اسید اچ، مشتمل بر آماده سازی توام عاج و مینا، انجام ترمیم‌های متصل شونده، امکان‌پذیر شد.

مواد همنگ دندان که در دندان‌های خلفی کاربرد دارند، شامل مواد مسدود‌کننده شیارها، کامپوزیت‌های خلفی که مستقیماً در حفره گذاشته می‌شوند، اینله و انله‌های کامپوزیتی ساخته شده به روش غیر مستقیم و ترمیم‌های سرامیکی غیر مستقیم می‌باشند^(۲).

۲-۱ - مواد مسدود‌کننده شیارها و فرورفتگی‌ها (سیلانت‌ها)

در سال ۱۹۶۵ روشنی بنام «سیل اکلوزال» جهت سیل شیارها و فرورفتگی‌های سطح اکلوزال معرفی شد. در این روش از متیل ۲-سیانو آکریلات استفاده می‌شد. که با پلی متیل متاکریلات و پودر معدنی مخلوط شده و در شیارها قرار می‌گرفت، ولی سیانو آکریلات در حضور رطوبت پلی‌مریزه می‌شد. از آن زمان سیستم‌های سیلانت شامل رزین Bis-GMA نوری یا معمولی و یا سیلانت پلی اورتان حاوی فلوراید معدنی و مواد

پلی اکریلات است. شیمی انواع Bis-GMA نظیر کامپوزیت می باشد و تفاوت اصلی این است که سیلانات های فوق باید سیالیت بیشتری داشته باشند تا بتوانند در شیارها و نواحی اج شده مینا، نفوذ کنند. سه قسمت Bis-GMA غلیظ با یک قسمت رقیق کننده مثل متیل متاکریلات مخلوط می شود تا سیلانات مناسب با ویسکوزیته کم حاصل شود^(۳).

۲-۲ - سرامیکها:

انواع متعددی از سرامیک ها در دندانپزشکی ترمیمی کاربرد دارند که از نظر خواص ، ساختمان ، روش ساخت و موارد تجویز با هم تفاوت دارند.

پرسلن های هتروژن : ساختار میکروسکوپی یک پرسلن دندانی قدیمی از دو فاز تشکیل شده، یک ماتریکس شیشه ای و ذرات کریستالین. سرامیکهایی که در گذشته در دندانپزشکی ترمیمی کاربرد داشتند، اساساً پرسلن های هتروژن تقویت شده می باشند. در مقایسه با پرسلن های متصل شونده به فلز قدیمی، این سرامیک ها شامل درصد بالاتری از فاز کریستالین هستند و این فاز بطور پیوسته شامل آلومینا و لوسيت (leucite) می باشد. این کریستالها دارای ضریب الاستیسیته بالایی هستند.

در سرامیک های شیشه ، مثل Dicor ، فاز کریستالی مثل میکا و دیوپسید (Mica) Ceramization شیشه در طی اصلاح حرارتی (Diopside) یا آپاتیت ، توسط عمل Spinelle ساخته می شوند. مواد مخصوص اینله و انله شامل ، ماتریکس Sinter شده

($MgIO_2$) است که ذرات شیشه به داخل آن منتشر شده‌اند. این یک نوع جدید سرامیک دندانی با یک ماتریکس کریستالی که شامل کریستالین‌های خیلی زیاد هستند را مشخص می‌کند. متأسفانه در همه سرامیک‌های پر کریستالین در دسترس، شفافیت کاهش یافته و بیشتر جهت ساخت کوربکار می‌روند و سپس با پرسلن‌های مخصوص کارهای زیبایی پوشانده می‌شوند. بعضی سرامیک‌هارا می‌توان توسط سیستم CAD/CAM طراحی و ساخت به کمک کامپیوترو بوسیله ماشین طراحی کرده و ساخت. این مواد بصورت پیش‌ساخته و هموزن و بدون Pore تهیه می‌شوند و دارای خواص فیزیکی بهتر و توانایی پالیش شدن بیشتر می‌باشند^(۴).

پرسلن‌های هموزن : سرامیک‌های low-fusing یک شیشه خالص هیدروترمال می‌باشند که می‌توان آنها را روی کورسرامیکی قدیمی و معمولی قرار داد. این مواد با ساختار هموزن، روی دندان‌های مقابله اثر مخرب نداشته و دارای توانایی پالیش شدن بسیار عالی در دهان هستند. تا کنون هیچگدام از سیستم‌های معرفی شده جهت ساخت ترمیم‌های سرامیکی از نظر مقاومت مکانیکی داخلی و سهولت مراحل ساخت به حد ایده‌آل نرسیده‌اند. طول عمر کلینیکی این ترمیم‌ها به میزان موثر بودن باند رستورشن به بافت دندانی با استفاده از سیمان‌های چسبنده، بستگی دارد^(۴). خواص فیزیکی و مکانیکی سرامیک‌ها بیش از کامپوزیتها به مینا نزدیک شده است. این مواد دارای مقاومت عالی نسبت به سایش و ضربه انساط حرارتی بسیار نزدیک به بافت دندان می‌باشند^(۴). همانطور که

پیش از این عنوان شد، امروزه سیستم‌های بسیار پیشرفته‌ای جهت ساخت رستوریشن‌های سرامیکی معرفی شدند مثل سیستم‌های CAD/CAM که دستگاه‌های اساساً لابراتواری و بسیار گرانقیمتی است که مرحله قالب‌گیری یا تهیه مدل را غیرضروری می‌سازد. سیستم اولین سیستم تجاری CEREC در دسترس بود که برای طراحی و ساخت سریع ترمیم‌های سرامیکی در کنار صندلی ابداع گردید^(۲). امروزه سیستم‌های مختلفی همچون GN-I System، Procera، Celay، DentiCAD، Duret به بازار آمدند. برخی از این سیستم‌های جدید قادرند علاوه بر سرامیک‌ها، بلوک‌های کامپوزیت و تایتانیوم خالص را نیز تراش دهند^(۵).

۲-۳ - کامپوزیتها :

کامپوزیت در لغت به معنای مخلوطی فیزیکی از مواد است. نسبت اختلاط هریک از اجزاء به منظور رسیدن به کیفیت متوسطی از خواص و حصول خواصی بینایی تعریف می‌شود. شکل معمول کامپوزیت‌ها بصورت یک فاز پراکنده از ذرات پر کننده بوده که در داخل فاز پیوسته ماتریکس منتشر می‌شود.

کامپوزیت‌های دندانی یا Resin Based Composites (RBC) یانگر مخلوطی از شیشه سیلیکات با مونومر آکریلی است که واکنش پلی مریزاسیون آن هنگام اختلاط آغاز می‌شود، ذرات سیلیکات موجب تقویت مکانیکی مخلوط می‌شود و در عین حال امکان عبور و پخش نور را فراهم می‌آورد تا شفافیتی شبیه به مینای دندان به توده