学位論文

間葉系幹細胞集塊 Clumps of Mesenchymal stem cell/extracellular matrix (C-MSC) を用いた新規歯周組織再生療法の開発

学位申請者 竹脇 学

広島大学大学院 医歯薬総合研究科 創生医科学専攻 歯周病態学分野

> (主指導:栗原 英見 教授) 2016年度

本論文の要旨は以下の学会において発表した。

第145回 日本歯科保存学会

(2016年10月 松本)

本研究に際し、終始御懇篤なる御指導ならびに御高閲を賜りました本学先進 医療開発科学講座 歯周病態学分野 栗原 英見 教授に深甚なる感謝の意を 表します。また、研究遂行ならびに本論文作成において、御教示、御高閲を賜 りました口腔細胞生物学講座 内田 隆 教授、硬組織代謝生物学講座 吉子 裕二 教授に深厚なる謝意を表します。さらに、本研究の遂行、および本論文 の作成にあたり終始御指導、御助言を頂きました本学大学院応用生命科学部門 歯周病態学研究室 加治屋 幹人 助教に深謝いたします。

また、本研究を進めるに際し多大なる御支持を頂きました本学大学院応用生 命科学部門 歯周病態学分野関係各位に感謝いたします。

最後に、勉学、研究の機会を与えると共に、常に私を支えてくれた父、真、 母、弘美に心から感謝いたします。

2017年1月

広島大学大学院 医歯薬学総合研究科 創生医科学専攻

応用生命科学部門 歯周病態学分野

竹脇 学

謝辞

目 次

第1章 緒言	\hat{r}
第2章 イヌ	骨髄間葉系幹細胞(dMSCs)による間葉系幹細胞集塊
Clur	nps of MSC/ECM complex(C-MSC)の性質・・・・・・10
第1節	dMSCs による C-MSC の作製 ・・・・・・・・・・・・・・・10
第1項	概 要 ・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・10
第2項	材料と方法 ・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・10
1.	dMSCs の分離、培養 ・ ・・・・・・・・・・・・・・・・・・・10
2.	イヌ C-MSC の作製 ・・・・・・・・・・・・・・・・・11
3.	ヘマトキシリン・エオジン染色 ・・・・・・・・・・・11
4.	I 型コラーゲンの検出 ・・・・・・・・・・・・・・・・12
5.	アポトーシス細胞の検出 ・・・・・・・・・・・・・・・12
第3項	結 果 ・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・ 13
第2節	イヌ C-MSC の骨分化誘導 ・・・・・・・・・・・・・・・・・ 13
第1項	概 要 ・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・ 13
第2項	材料と方法 ・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・ 13
1.	イヌ C-MSC の骨分化誘導・・・・・・・・・・・・・・・ 13
2.	ヘマトキシリン・エオジン染色・・・・・・・・・・・14
3.	カルシウム沈着の検出・・・・・・・・・・・・・・・・14
4.	アポトーシス細胞の検出 ・・・・・・・・・・・・・・・15
第3項	結 果 ・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・ 15
第3節	考 察 ・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・ 16

第3章 実験的歯周炎モデルを用いた C-MSCs 移植の効果		•	•	•	•	•	•	• 17
第1節 概要 ・・・・・・・・・・・・・・・・・	•	•	•	•	•	•	•	• 17
第2節 材料と方法 ・・・・・・・・・・・・・・	•	•	•	•	•	•	•	• 17
1. dMSCs の採取および分離・培養 ・・・・・・	•	•	•	•	•	•	•	• 17
2. 移植体調整法 ••••••••	•	•	•	•	•	•	•	• 18
3. 炎症を伴う歯周組織欠損モデルの作製 ・・・・	•	•	•	•	•	•	•	• 18
4. C-MSC の移植法 ・・・・・・・・・・・・・	•	•	•	•	•	•	•	• 18
5. 組織標本作製 ・・・・・・・・・・・・・・・	•	•	•	•	•	•	•	• 19
6. ヘマトキシリン・エオジン染色 ・・・・・・	•	•	•	•	•	•	•	• 20
7. Azan 染色 ・・・・・・・・・・・・・・・・・	•	•	•	•	•	•	•	• 20
8. 組織計測および micro-CT 解析 ・・・・・・・	•	•	•	•	•	•	•	• 20
第3節 結 果 ・・・・・・・・・・・・・・・・・・	•	•	•	•	•	•	•	• 21
1. CT 所見および組織観察 ・・・・・・・・・・・	•	•	•	•	•	•	•	• 21
2. 組織計測および micro-CT 解析 ・・・・・・・	•	•	•	•	•	•	•	• 23
第4節 考察・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・	•	•	•	•	•	•	•	25
第4章 総括・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・	•	•	•	•	•	•	•	• 27
第5章 参考文献 ・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・・	•	•	•	•	•	•	•	• 29

第1章 緒 論

歯周炎は歯周病原細菌の感染とそれに対する宿主の免疫応答の結果、歯周組織 の破壊が起こる炎症性の疾患である。歯周炎の進行は、歯を支える歯槽骨の吸 収、歯周靱帯の損傷を引き起こす。歯周炎を放置すると歯の喪失に至り咀嚼機 能低下、発音・構音障害そして審美障害を招く。また、歯周炎は糖尿病、関節 リウマチ、血管疾患、非アルコール性脂肪性肝炎(NASH)、低体重児早産など様々 な全身疾患の発症や進行に関わっている[1-6]。一般的な歯周治療としてブラ ッシングやスケーリング・ルートプレーニングによる細菌バイオフィルムの除 去、および歯周ポケット掻爬やフラップ手術によって炎症性肉芽組織の除去が 行われる。このことによって炎症を軽減させることはできる。しかし、喪失し た歯槽骨や歯周靭帯の再生およびその機能を回復することは難しく、歯周炎の 再発のリスクは残ったままである。すなわち、破壊された歯周組織には嫌気性 の歯周病原細菌に再感染しやすく、慢性炎症が持続する。その結果、歯周病に よる全身への悪影響も残ったままとなる。したがって、歯周組織再生療法によ って破壊された歯周組織の構造および機能を回復することは、口腔の慢性感 染・炎症を軽減させるだけでなく全身の健康の維持・促進に極めて重要である。

近年の組織工学の進歩によって、失った組織や臓器を再生するという全く新 しい概念の治療が可能になりつつある。組織再生のためには、細胞、足場、シ グナル因子の3つの要素が必要である[7]。 現在臨床応用されている歯周組織 再生療法として、上皮の侵入を抑制することによって内在性の細胞の遊走を助 け、再生の足場を提供する Guided Tissue Regeneration (GTR) 法[8]が広く臨 床応用されている。また、サイトカインを用いた歯周組織再生療法として platelet derived growth factor (PDGF)¹³⁻¹⁵、bone morphogenetic protein (BMP)[9, 10]、basic fibroblast growth factor (bFGF)[11, 12] が臨床応用さ れている。さらに、insulin-like growth factor-I(IGF-I)[13]、transforming growth factor- β (TGF- β)[14], osteogenic protein-1 (OP-1)[15], brain-derived neurotrophic factor (BDNF) [16] 等のサイトカインを利用した 歯周組織再生の基礎研究が行なわれている。サイトカイン療法は、内在性細胞 の制御によって再生を促すため[17, 18]、小・中規模の欠損に適している。し かし、大規模歯周組織の欠損では組織再生に関わる細胞の数は少なく、細胞機 能の制御も困難であり、十分な再生は期待できない。1 壁性骨欠損や水平性骨吸 収など、広範囲にわたる歯周組織破壊が臨床的には多く認められるが、GTR やサ イトカイン療法の適応ではない。そのため、歯周組織の大規模な欠損に対する 組織再生療法の確立が必要である。歯周組織の大規模な欠損の再生には、再生 に関与する細胞を生体外から補充する細胞治療が適していると考える。細胞治 療の最大の特徴は、生体外で細胞を加工できることである。この特徴を利用す れば、歯周組織欠損の大きさや形態に合わせて細胞を供給することができる。 歯周組織はセメント質、歯周靭帯、歯槽骨、歯肉結合組織といった軟組織と硬 組織で構成されており、これらの複雑な組織を再生させるために多分化能を有 する幹細胞が適していると考えられる。多分化能を持つ細胞として、胚性幹細 胞(embryonic stem cells:ES 細胞)[19]、組織幹細胞、人工多能性幹細胞(induced pluripotent stem cells: iPS 細胞) [20, 21] が挙げられる。ES 細胞を作製す るためにはヒトの卵子が必要であること、また ES 細胞および iPS 細胞は奇形種 形成の危険性があり倫理面・安全性の問題から現時点で歯周組織再生に用いる のは困難である。組織幹細胞は腸・皮膚・骨髄・肝臓、大脳や膵臓などの様々 な領域に存在し、通常の新陳代謝や創傷治癒において日常的に増殖・分化して いると考えられている。特に間葉系幹細胞 (mesenchymal stem cells: MSCs) は骨、軟骨、筋組織、線維、腱、脂肪組織などの間葉組織や神経細胞に分化す

る [22]ことが報告されており、現時点において細胞治療の細胞源として有望視 されている。特に、骨髄由来間葉系幹細胞(Bone marrow mesenchymal stem cells: BMMSCs) は臨床においても多く使用されている[23]。

これまでの基礎研究で、骨髄由来の MSCs をアテロコラーゲンゲルと混和して ビーグル犬の実験的歯周組織欠損に自家移植したところ、MSCs 移植群は移植後 8週目で対照のアテロコラーゲン群と比較してセメント質、歯槽骨再生が有意に 促進した [24]。また、green fluorescent protein (GFP)を遺伝子導入した MSCs を移植したところ、移植後 4 週目において再生された歯周組織の構成細胞、す なわちセメント芽細胞、骨芽細胞、骨細胞、歯周靭帯中の線維芽細胞が GFP 陽 性を示した[25]。この結果から、移植された MSCs が移植部位局所で増殖・分化 することで歯周組織再生に関与することが示唆された。

さらにより効率的に骨再生を促すために、MSC と β リン酸三カルシウム (β-TCP)を併用して移植したところ、移植後 4 週目から十分な新生骨の形成 が得られた。しかし、移植 8 週以降において、生体内で代謝されずに残存する β-TCP やアンキローシスが散見された[26]。この結果は、担体として用いる人 工足場材料の解決すべき問題点を示唆する。たとえば、ハイドロキシアパタイ トは骨形成の足場材料として多く用いられているが、生体内で吸収されずに在 続し、場合によっては炎症に伴って排出される[27, 28]。また、他の足場材料 においても、生体適合性や細胞機能発現の制約等の問題がある[17, 29]。足場 は、組織再生に重要な要素であるが、人工的な足場材料を歯周組織再生に用い た場合、様々な問題がある。人工の足場材料を用いない新しい細胞移植治療法 が開発されれば、より本来の生体組織に近い効果的な再生医療の実現につなが る。

そこで、私たちの研究室では間葉系幹細胞集塊 Clumps of MSCs/ECM complex

8

(C-MSC)を作製した。C-MSC は、自身が産生する細胞外基質を利用して得られる 直径約 1mm の三次元的な細胞集塊である。直径約 1mm の規格化された細胞集塊 は3次元化や工業化にも適していると考えられる。C-MSC は立体的に組み合わせ ることで組織欠損に適合した移植が可能であり、良好な骨再生能を示す[30]。 また、C-MSC に *ex vivo* において骨分化誘導をかけることができ、骨再生をより 効率的に誘導することを報告してきた[30] 。C-MSC にはラット頭蓋骨欠損モデ ルにおいて骨形成を促進することを確認してきたが、C-MSC が骨だけでなく、セ メント質や歯周靱帯を再生するかは確認されていなかった。そこで、本研究で は、C-MSC を用いてセメント質、歯周靱帯、歯槽骨から成る歯周組織再生の有効 性を調べるために、まずビーグル犬の MSC から C-MSC を作成、その生物学的特 徴を検討し、移植に最適な条件を探索した。その後、作製した C-MSC をビーグ ル犬に作製した実験的歯周炎根分岐部 3 級欠損モデルへ移植し、C-MSC の歯周組 織再生能を検討した。

第2章 イヌ骨髄間葉系幹細胞による C-MSCs の性質

第1節 イヌ骨髄間葉系幹細胞による C-MSCs の作製

第1項 概要

In vitroにおいてイヌ骨髄間葉系幹細胞から C-MSC を作製し、その生物学的性質を検討した。

第2項 材料と方法

1. イヌの MSC の分離、培養

実験には、雌のビーグル犬(12~20 ヶ月齢,体重 10~15 kg,広島実験動物 研究所,広島)4頭を用いた。動物実験は広島大学自然科学研究支援開発センタ ー 生命科学研究支援分野・ライフサイエンス教育研究支援部 動物実験施設の 実験指針に基づいて行った。

ビーグル犬に塩酸メデトミジン(ドミトール[®],オリオン社,エスポー市, Finland)による鎮静後、ペントバルビタールナトリウム(ネンブタール[®],大 日本住友製薬,大阪)を腹腔内注射して全身麻酔下で全ての外科的処置を行っ た。骨髄液は腸骨から小宮式骨髄穿刺針(都北医療機器製作所,東京)および ヘパリンナトリウム(ヘパリン Na 注 5 千単位,持田製薬,東京)1ml を入れた 10 ml ディスポーザブルシリンジ(JMS,広島)を使用して約4 ml 採取した。採 取した骨髄液をすみやかにの 75 cm² フラスコ(容量 250 ml, BD falcon,ニュ ージャージー)内の培養液 70 ml と混合した。培養液は、10%FBS を含む DMEM を使用した。培養は 37℃、5%CO₂気相条件下で行った。培地交換は 3 日毎に行 い、培地交換の際に浮遊細胞を除去し、シャーレに接着した紡錘形の細胞を MSCs として培養した。MSC をサブコンフルエントまで培養し、0.05%トリプシン-0.02% エチレンジアミン四酢酸(SIGMA)で細胞を回収し、セルバンカー(日本全薬工業、 福島)に細胞密度が 1.0 x 10⁶ cells/ml となるように懸濁し、セラムチューブ (住友ベークライト、東京、Japan)に 1 ml ずつ分注し、-80 ℃で一日冷却し た後に、液体窒素中に保存した。下記の実験には 3 代継代した MSC を用いた。

2. イヌ C-MSCs の作製

MSCs に ECM を産生させ、MSCs/ECM 複合体を形成するために、24well プレート に dMSCs を 7×10^4 cells /well となるように播種し、増殖培地(DMEM+10% FBS) に細胞外基質の産生を促すために 50 µg/ml のアスコルビン酸を添加したもの で 4 日間培養した[31]。その後、MSCs/ECM 複合体をウェルから鈍的に剥離し、 細胞をプレートの周囲から剥離して培地中に浮遊させ、浮遊培養用マイクロプ レート(AGC テクノグラス、静岡)に移し、さらに増殖培地にて培養すると、浮遊 させた膜状の MSC は 1 日後には球状になり、細胞集塊 C-MSC を得た。

細胞を剥離した日を Day0(細胞シート)とし、1 日後を Day1、5 日後を Day5、 10 日後を Day10 とした。Day0(細胞シート)、1、5、10 に回収し以下の実験に 用いた。

3. ヘマトキシリン・エオジン染色

Day0(細胞シート)、1、5、10 で C-MSC を回収した。回収後4%パラホルムア ルデヒド溶液で固定し、通法に従って組織をパラフィンに包埋し、約5 μmの 厚さに薄切した。パラフィン切片を脱パラフィン後、ヘマトキシリン・エオジ ン(HE)染色を行った。光学顕微鏡(ECLIPSE E600W, ニコン, 東京)で観察し、 同時にデジタル画像をコンピューター(DS-L3、ニコン)に取り込んだ。

4. I型コラーゲンの発現

免疫組織化学染色は、OTC コンパウンドに細胞集塊を包埋後、20µmで薄切し、 切片を PBS で洗浄、0.2%カゼイン・TBS 溶液を用いてブロッキングし、PBS で洗 浄後、一次抗体を切片に反応させた。一次抗体として、抗 type I collagen マ ウスモノクローナル抗体 (1:100 abcam, ケンブリッジ, England) を 4℃で 8 時 間反応させた。反応終了後、切片を PBS で洗浄し、二次抗体として Alexa Fluor * 594 抗マウス IgG 抗体 (1:100 Invitrogen, カルフォルニア, USA) を室温で 4 時間反応させた。反応終了後、切片を PBS で洗浄し、DAPI fluoromount-G * (southern Biotech、カルフォルニア, USA) で封入した。 I 型コラーゲン及び 細胞核は、Zeiss LSM 510 laser scanning confocal microscope (Zeiss Microimaging、オーバーコッヘン, Germany) を用いて観察した。

5. アポトーシス細胞の検出

パラフィン切片を脱パラフィン後、DeadEnd[™] Fluorometric TUNEL System (Promega、マディソン)を用いてアポトーシス細胞を検出した。細胞核は DAPI solution(同人科学研究所、熊本 1:200)で染色した。アポトーシス細胞及び 細胞核は、Zeiss LSM 510 laser scanning confocal microscope (Zeiss Microimaging、Inc.)を用いて観察した。

12

第3項 結 果

光学顕微鏡による観察によって細胞集塊は MSC と自身が産生した豊富な細胞 外基質から成ることが確認された(図1,2)。また、細胞集塊は経時的に収縮し ていることも確認された(図1,2)。Day で既に球状の細胞集塊となり、イヌの MSC からも C-MSC が形成された。共焦点顕微鏡による観察によって、C-MSC の細 胞外基質は主に I 型コラーゲンからなることが確認された。(図1)また、Day10 においても C-MSC の内に多くの細胞の生存が確認された(図2)。

第2節 イヌC-MSCの骨分化誘導

第1項 概要

第2章、第1節の結果からイヌ MSC からも C-MSC の作製が可能であることが 明らかになった。橘高らの報告[30]ではラットの C-MSC は ex-vivo での骨分化 誘導が可能であることから、イヌ C-MSC においても ex-vivo での骨分化誘導が 可能かを検討した。

第2項 材料と方法

1. イヌ C-MSCs の骨分化誘導

24well プレートに 7×10⁴ cells /well となるように MSCs を播種し、増殖培地 (DMEM+ 10% FBS) に 50 μ g/ml のアスコルビン酸を添加したもので 4 日間 培養した。その後、MSCs/ECM 複合体をウェルから鈍的に剥離し、細胞をプレー

トの周囲から剥離して培地中に浮遊させ、浮遊培養用マイクロプレート(AGC テクノグラス、静岡)に移し、さらに増殖培地にて培養すると、浮遊させた膜状の MSC は1日後には球状になり、細胞集塊 C-MSC を得た。

浮遊培養用マイクロプレートに移動後、Jaiswal ら[17]の方法に準じて骨分化 誘導培地(標準培地に 0.1 μM dexamethasone (Sigma), 50 μg/ml ascorbic acid (Sigma), 10 mM ·-glycerophosphate (Sigma)を添加)を用い培養を継続した。 培地交換は 2 日毎に行った。剥離した日を Day0 (Cell sheet) とし、1 日後を Day1、5 日後を Day5、10 日後を Day10 とした。Day1、5、10 に回収し以下の実 験に用いた。

2. ヘマトキシリン・エオジン染色

第1節第1項4に記載した方法で行った。

3. カルシウム沈着の検出

石灰化物の観察はアリザリンレッド染色によって行った。パラフィン切片を 脱パラフィン後、10%アリザリンレッドS溶液(和光純薬,大坂,Japan)で1分 間染色後、光学顕微鏡で観察し、同時にデジタル画像をコンピューター (DS-L3、 NIKON) に取り込んだ。対照群として増殖培地で培養した Day0、1、5、10 のも のを用いた (図 2)。沈着したカルシウム量の計測は Calcium E-test (和光純薬) を用いて行った。すなわち、回収した C-MSC を Handy sonic (トミー精工,東京, Japan)を用いて、0.05%Triton X (ナカライテスク,京都,Japan)水溶液中で 超音波粉砕し、細胞を溶解、回収し、15,000 rpm で 15 分間遠心、上清を cell lysate とした。5 μ 1 の cell lysate に緩衝液 (モノエタノールアミン緩衝液 ph12.0)を加え、よく混合し、発色基液(メチルキシレーノブルー、8-キノリ ノール)を加え、よく混合した後、蛍光マイクロプレートリーダー(Thermo scientific,横浜)を用い、波長 610 nm の吸光度を測定した。標準曲線は既知 の濃度のカルシウム溶液(10mg/d1)を用いて作成した。

4. アポトーシス細胞の検出

第1節第1項5に記載した方法で行った。

第3項 結 果

Day10 では骨分化誘導培地で培養した C-MSC は基質の部分でエオジンの濃 染が観察された。また、C-MSC は経時的に収縮していることも確認された(図 3)。また、アリザリンレッド染色において、Day1、5 においては通常の増殖培 地で培養したものと明らかな差は見られず、一様に薄く赤い染色像が観察され たが、Day10 においてカルシウムの存在を示す赤く濃染した部分が観察された。

共焦点顕微鏡による観察で、骨分化誘導培地によって培養した C-MS 中には、 Dday10 においてアポトーシス細胞数が増加していた(図 3)。

カルシウム量については、通常培地で培養したものでは Day10 においてもカ ルシウム量は Day1、5 と有意な差は認められなかった。一方、骨分化誘導培地 で培養した C-MSC は、Day1、5 ではカルシウム量にあきらかな上昇は見られ なかったが、Day10 において有意にカルシウム量の上昇を認めた(図 4)。 本研究の結果、dMSC においても C-MSC の作製が可能であることが明らか になった。さらに、イヌ C-MSC においても ex-vivo での骨分化誘導が可能であ ることも明らかとなった。本実験は、ビーグル大根分岐部 3 級欠損に移植する C-MSC の条件検討も兼ねており、今回の結果から、当初は歯周組織の中で最も 再生が遅いと考えられる歯槽骨再生には十分に骨分化誘導が施された骨分化誘 導培地で培養した Day10 の C-MSC が適当であると考えられた。しかし、橘高 らの報告[30]では、10 日間骨分化誘導培地で培養した C-MSCs 移植では大規模 欠損での骨形成は失敗したとあり、その理由として、多数のアポトーシス細胞 を認めたことや、生体外での C-MSC の骨分化誘導は石灰化誘導であり、生物学 的な骨芽細胞分化ではない可能性を挙げている。そこで、石灰化は十分に進ん でいないが、骨芽細胞分化がある程度進み、セメント芽細胞や歯周靭帯細胞に 分化可能な未分化な dMSC を含んでいると考えられる Day5 を移植することと した。また、増殖培地で5 日間培養した C-MSC も移植することとした。 第2章 実験的歯周炎モデルを用いた C-MSCs 移植の歯周組織再生促進効果

第1節 概要

前章の結果から C-MSC は骨分化能があると考えられる。これまでにラットの 頭蓋骨欠損モデルで C-MSCs 移植は従来のアテロコラーゲンと MSC 複合体の 移植よりも良好な骨再生能を示した。さらに、骨分化誘導した C-MSCs 移植が ラットの頭蓋骨大規模欠損モデルにおいて他の MSC 移植法と比較して最も効 果的に骨を再生することが報告されている。

しかし、C-MSC が骨だけでなく、セメント質や歯周靱帯などの硬組織と軟組 織から成る複雑な歯周組織を再生するかは明らかになっていない。そこで、 C-MSCs 移植が歯周組織再生を促進すると仮説を立て、ビーグル犬を用いた実 験的歯周炎根分岐部3級欠損モデルを用いて、C-MSCs 移植の歯周組織再生促 進効果について検討した。

第2節 材料と方法

1. 間葉系幹細胞の採取および分離・培養

第1節第2項1に記載した方法で間葉系幹細胞の採取および分離・培養を行った。凍結した細胞は移植実験直前に解凍し、必要量の細胞数が得られるまで 上述と同様の方法で細胞培養を行った。 2. 移植体調製方法

必要な数の dMSC が得られたところで細胞を回収し、第1節第2項3に記載 した方法で C-MSC を作製した。

移植には増殖培地で5日間培養して得たC-MSCs(以下C-MSCs)、骨分化誘導 培地で5日間培養して得たC-MSCs(以下OIM-C-MSCs)を用いた。

C-MSCs および OIM-C-MSCs は MSC を採取した同一個体に移植した。また、 コントロールとして何も移植しない非移植群(以下 NONE)を設けた。

3. 炎症を伴う歯周組織欠損モデルの作製

永原らの方法[26]に基づいてビーグル犬の下顎第二、第三、第四小臼 に歯周 組織欠損を作製し、炎症を惹起させた。ビーグル犬をドミトール®を用いて鎮静 させた後、ネンブタール®を腹腔内注射して全身麻酔下で処置し、局所浸潤麻酔 キシロカイン®(デンツプライ三金,栃木)にて浸潤麻酔後、第一小臼歯から第四 小臼歯にかけて歯肉溝切開を行い、歯肉弁を剥離した。第二、第三、第四小臼 歯の根分岐部歯槽骨をラウンドバー、ハンドスケーラーを用いて削除した。欠 損の高さを歯槽骨頂から約4mmと規格化し、頬舌的に貫通した歯周組織欠損 を作製した。この欠損部に感染・炎症を惹起するために、アルジネート印象材(モ リタ,東京)を填入した後(図5)、歯肉弁を緊密に縫合し、1週間放置した。

4. C-MSCs および OIM-C-MSCs の移植

欠損作製1週間後、全身麻酔下で再び歯肉弁を剥離しアルジネート印象材を 除去した。その後ハンドスケーラーを用いて露出している全ての歯根面のスケ ーリング・ルートプレーニングを行い、欠損部を生理食塩水で洗浄した後、歯 肉弁を元に戻して縫合した。以後、毎週のブラッシングによるプラークコント ロールを行い、歯肉の炎症をコントロールした。移植手術は上記した郭清処置の1週間後に行った。全身麻酔下で歯肉弁を剥離し、露出している全ての歯根面を再度スケーリング・ルートプレーニングした後に、欠損部を生理食塩水で洗浄した。削除した骨面の最も歯根面寄りにラウンドバーでノッチを形成し基点とした。そして、欠損部に48個のC-MSCsあるいはOIM-C-MSCsを移植した(図5b)。1ヵ所あたりに移植したMSCの数は約1,000万と推計される。非移植群では欠損部に何も移植せず、緊密に縫合した。

5. 組織標本作製

経過観察期間は移植手術後 8、12 週間とした。ビーグル犬はネンブタール®の 腹腔内注射で全身麻酔下に置き、4%パラホルムアルデヒドを用いて灌流固定を 行った。灌流固定後に下顎骨を摘出し、実験部位を含むようトリミングした後、 1日間同固定液で浸漬固定し、KCX[®](FALMA,東京)で約4週間脱灰した。 脱灰後、通法に従って組織をパラフィンに包埋し、近遠心方向に歯軸と平行に5 μmの厚さに薄切した。

6. micro CT 解析法

浸漬固定後の下顎骨を PBS で洗浄後、micro CT (Skyscan 1176, Bruker, Kontich, Belgium)で撮影し、新生骨量を CT 解析ソフト CT-Analyser (Bruker) で解析した。

19

7. ヘマトキシリン・エオジン (HE) 染色法

パラフィン切片を脱パラフィン後、ヘマトキシリン・エオジン(HE) 染色を施 した。光学顕微鏡(ECLIPSE E600W, ニコン, 東京)で観察し、同時にデジタ ル画像をコンピューターに取り込んだ。

8. Azan 染色法

パラフィン切片を脱パラフィン後、10%トリクロロ酢酸・重クロム酸カリウ ム混合液(ナカライテスク)で10分間前処理した後、オレンジG(ナカライテ スク)にて15分間染色した。その後、アゾカミンG(ナカライテスク)で15 分間染色した。切片をアニリンエタノールと1%酢酸エタノールで洗浄した後、 5%リンタングステン酸水溶液(ナカライテスク)に3分間浸漬した。さらに、 切片をアニリン青(ナカライテスク)で5分間浸漬し染色した。すべての操作 は室温で行った。

9. 組織計測

骨再生率は切片上の欠損作製面積に対する再生した骨の面積の百分率とした。 なお、健常な歯周組織では、歯周靭帯が存在するため骨再生率の最大値は約 80%となる。セメント質再生率は裸出させた根面の全長に対する再生したセメ ント質が観察された部分の長さの総和の百分率とした。組織計測は画像解析ソ フト Image J (NIH, NY)を用いて行った。計測は非移植群 (NONE),C-MSCs 移植群 (C-MSCs)、OIM-C-MSCs 移植群 (OIM-C-MSCs) それぞれ欠損部位 3 箇所 (頬側、中央、舌側)の切片で行い、平均値で評価した。

20

3. 結果

- 1. CT 所見および組織観察
 - 1)移植後8週目

CT 断面像から構築した 3D モデル像では、非移植群では分岐部直下の骨欠損 部位でエックス線透過像を認めた(図 6A)。一方、C-MSCs 移植群および OIM-C-MSCs 移植群では歯根面に沿って、歯槽骨の輪郭を形成するようなエッ クス線不透過像が見られた(図 6B,C)。しかし、C-MSCs 移植群および OIM-C-MSCs 移植群においても欠損中央部ではエックス線透過像が見られた(図 6B,C)。さらに、CT の矢状断像では、非移植群では、エックス線不透過像は欠 損底からわずかにしか見られなかったが、C-MSCs 移植群および OIM-C-MSCs 移植群では根分岐部直下においてもエックス線不透過像が見られた(図 7B,C)。 また、OIM-C-MSCs 移植群では C-MSCs 移植群より明瞭な、歯槽硬線を認めた (図 7C)。

HE 染色像では、非移植群において歯槽骨の再生は欠損底からわずかに見られ たのみで、根分岐部直下に上皮の侵入が観察され、結合組織は高度な炎症性細 胞浸潤を伴っていた(図 8A,9)。セメント質・歯周靱帯の再生は一部に限局して いた(図 9)。一方、C-MSCs 移植群では、欠損底からではなく、歯根面に沿っ て歯槽骨の輪郭を形成するような歯槽骨の再生が観察された(図 8B)。また、上 皮の侵入は認められず(図 8B,10a)、Azan 染色標本では再生したセメント質の部 分が濃染され、再生セメント質に埋入する多量のコラーゲン線維が象牙質表面 から歯周靱帯のスペースへ走行していた(図 10a)。欠損中央に存在する歯槽骨 の再生が見られない部位においても、幼若な骨様組織と炎症性細胞が観察され た(図 10c)。また、既存の歯槽骨と非連続的に新生骨が認められる部位も存在し、 これら新生骨は連続切片の観察でも既存の歯槽骨とは独立していた(図 10b)。 OIM-C-MSCs 移植群における歯槽骨再生も、C-MSCs 移植群と同様に欠損底 からではなく、歯根面に沿って歯槽骨の輪郭を形成するように観察されたが、 新生骨の量は OIM-C-MSCs 移植群の方が有意に多かった(図 19a,20a)。また、 上皮の侵入は認められず(図 8C,11a)、Azan 染色標本では再生したセメント質の 部分が濃染され、再生セメント質に埋入する多量のコラーゲン線維が象牙質表 面から歯周靱帯のスペースへ走行していた(図 11a')。欠損中央に存在する歯槽 骨の再生が見られない部位において、C-MSCs 移植群同様に幼若な骨様組織と、 炎症性細胞が観察された(図 11b)。

2) 移植後 12 週目

CT 断面像から構築した 3D モデル像では、非移植群では分岐部直下の骨欠損 部位でエックス線透過像を認めた(図 12A)。一方、C-MSCs 移植群および OIM-C-MSCs 移植群では移植 8 週間目ではエックス線透過像が見られた欠損中 央においてもエックス線不透過像が見られた(図 12B,C)。さらに、CT の矢状 断像では、非移植群では、歯槽骨の再生は欠損底からわずかにしか見られなか ったが、C-MSCs 移植群および OIM-C-MSCs 移植群では欠損全体において骨様 のエックス線不透過像が見られた(図 13B,C)。

HE 染色像では、非移植群において歯槽骨の再生は欠損底からわずかに見られ たのみで、根分岐部直下に上皮の侵入が観察され、結合組織は高度な炎症性細 胞浸潤を伴っていた(図 14A,15a)。セメント質・歯周靱帯の再生は一部に限局し ていた (図 14A,15b)。一方、C-MSCs 移植群、OIM-C-MSCs 移植群では、移 植 8 週間後で骨再生が見られなかった欠損中央においても歯槽骨の再生が観察 され(図 14B)、欠損部位の全体で歯周組織の再生が観察された(図 16,17)。

22

2. 組織計測および CT 解析

歯槽骨再生率およびセメント質再生率を計測した。移植後8週目の非移植群 は4歯、C-MSCs移植群群は4歯、OIM-C-MSCs移植群は4歯、移植後12週 目の非移植群は4歯、C-MSCs移植群群は4歯、OIM-C-MSCs移植群は4歯で、 一歯につき頬側、中央、舌側各1つ、合計3つの切片で評価した。

セメント質再生率は、移植後 8 週目の非移植群では 56.8±4.1 %、C-MSCs 移 植群では 90.5±13.7 %、OIM-C-MSCs 移植群では 97.6±1.2 %であり、C-MSCs、 OIM-C-MSCs 移植群で非移植群よりも有意に高かった(*p*<0.01)(図 18a)。移植 後 12 週目のセメント質再生率は非移植群では 59.5±13.4 %、C-MSCs 移植群で 96.2±3.0 %、OIM-C-MSCs 移植群では 98.2±0.8 %であり、C-MSCs、

OIM-C-MSCs 移植群で非移植群よりも有意に高かった(p<0.05)(図 18b)。

歯槽骨再生率は、移植後 8 週目の非移植群では 27.6±12.2%、C-MSCs 移植群 では 42.7±11.5%、OIM-C-MSCs 移植群では 63.4±8.8%であり、非移植群と比 較すると OIM-C-MSCs 移植群で有意に高かった(p<0.01)(図 19a)。また、 C-MSCs 移植群と比較しても OIM-C-MSCs 移植群で有意に高かった(p<0.05) (図 19a)。しかし、この解析では非移植群と C-MSCs 移植群で有意な差は見ら れなかった(図 19a)。また、移植後 12 週目の歯槽骨再生率は、非移植群では 21.5±10.1%、C-MSCs 移植群で 66.2±1.0%、OIM-C-MSCs 移植群では 75.2±1.8%であり、非移植群と比較し C-MSCs、OIM-C-MSCs 移植群で有意に 高かった(p<0.01)(図 19b)。また、CT のエックス線不透過部を石灰化した骨と した場合の再生率は、移植後 8 週目の非移植群では 5.2±5.0%、C-MSCs 移植群 では 14.2±3.3%、OIM-C-MSCs 移植群では 19.9±1.5%であり、非移植群と比 較すると OIM-C-MSCs 移植群で有意に高かった(p<0.01)(図 20a)。また、組織 計測では有意な差が見られなかった非移植群と C-MSCs 移植群においても、 非移植群と比べ C-MSCs 移植群で有意に多くの石灰化した骨が見られた (p<0.05)(図 20a)。また、移植後 12 週目の石灰化した骨の再生率は、非移植群 では 19.4±8.8%、C-MSCs 移植群で 38.5±2.8%、OIM-C-MSCs 移植群では 45.8±6.6%であり、非移植群と比較し C-MSCs、OIM-C-MSCs 移植群で有意に 高かった(C-MSCs p<0.05、OIM-C-MSCs p<0.01)(図 20b)。

第4節 考 察

本研究では、C-MSC を用いた歯周組織再生療法の有効性を調べるために、ビ ーグル犬を用いた実験的歯周炎根分岐部3級欠損モデルにC-MSCsを移植し、 その歯周組織再生促進能を評価した。上皮が侵入した部分においてセメント質 の再生が見られなかったことから、上皮の侵入防止は C-MSC の移植においても 歯周靱帯の埋入したセメント質再生に重要であることが確認された。さらに、 上皮の侵入した非移植群では歯槽骨再生も見られなかった。一方、上皮の侵入 が見られなかった C-MSC、OIM-C-MSC 移植群では経時的に骨の再生促進を認 めたことから、上皮の侵入防止は、C-MSC の移植においても歯槽骨の再生にも 重要であることが示唆された。これは、これまでの MSC とアテロコラーゲン[24]、 β-TCP と MSC[26]の移植の結果と一致しており、早期にセメント質、歯周靱 帯の再生、そして再生セメント質へのコラーゲン線維の埋入、すなわち新付着 を得ることが歯周組織再生にとって重要であることを示唆している。また、 C-MSC の移植 8 週間後の再生骨量は、従来の HE 染色の組織像を用いた計測方 法では有意な差は見られなかった。しかし、成熟した骨と考えられる石灰化し た骨の再生率をエックス線不透過性で置き換えて調べるために micro-CT 撮影 及び CT を用いた計測も行った。この計測方法は、従来の髄腔も含めた骨再生の 計測方法より定量性が高く、石灰化した部分のみ計測可能であることから、成 熟した骨の計測に大変有用な新規の計測方法であると考えられる。CT を用いた 石灰化再生骨量を計測した結果 C-MSCs、OIM--C-MSCs 移植群間で、

OIM-C-MSCs 移植群に有意に多くの再生骨を認めた。これは、OIM-C-MSCs 移植群では、C-MSCs 移植群と比べ、より早期に多くの骨芽細胞様細胞を供給 できたことによるものと考えられる。また、C-MSCs 移植では、従来報告して

25

きた MSC とアテロコラーゲン移植による再生過程とは異なり、移植 8 週間後で 歯槽骨欠損底から離れた分岐部直下の歯根面付近から骨の再生が観察された。 これまでにも MSC 移植の足場材料にβ-TCP を用いたもので歯根面に沿って輪 郭を形成するような歯槽骨の再生が報告されている。

C-MSCs はアテロコラーゲンと MSC の複合体よりも形態保持性が高く、変形 しにくい。β-TCP や C-MSCs 移植では、アテロコラーゲンと MSC よりも多く の細胞を欠損底部から離れた分岐部直下に保持することができた。そのために 分岐部直下の歯根面においても早期に歯槽骨再生が見られたと考えられる。ま た、MSC 自身が産生した細胞外基質、特に I 型コラーゲンは、骨を構成する主 要な基質であり、骨組織の再生において重要である[32]。抗原性を低下させるた めに主要な抗原提示部位であるテロペプチドを除去したアテロコラーゲンと異 なり、コラーゲン同士の架橋の際に重要な働きをするテロペプチドを保持して いると考えられる C-MSC の I 型コラーゲンは骨組織の再生にアテロコラーゲ ンよりも有用であると考えられる。さらに、歯根面付近より骨再生が遅延した 欠損中央部においても経時的に骨の再生を認めたことから、初期に歯槽骨の輪 郭を形成する C-MSC が有する骨再生機序も歯周組織再生に重要であると示唆 された。

臨床応用を想定した場合、初期に歯槽骨の輪郭を形成するような骨再生は、 大規模な歯周組織欠損で有用であると考えられるが、大規模欠損への適応には、 C-MSCを再生する組織に応じて分化を誘導し、欠損形態に応じて結合させ 3D 化し、一塊として移植するなど、移植方法自体のさらなる工夫が必要であると 考えられる。

26

第四章 総 括

C-MSC を用いた歯周組織再生療法を確立させるために、ビーグル犬を用いた 実験的歯周炎根分岐部 3 級欠損モデルに C-MSC を移植し、その歯周組織再生促 進能を評価した。すなわち、ビーグル犬の MSC による C-MSC の作製方法を樹 立し、その生物学的性質を組織観察で検討し、ex vivo での石灰化能の有無を調 べ、以下の結果を得た。

1) C-MSCはMSCと豊富なI型コラーゲンからなる。

2) C-MSC は中心部においても細胞が生存している。

3) C-MSC は骨分化誘導培地で培養することでカルシウムの沈着が起こり、石 灰化誘導が可能であることを示唆した。

4) C-MSC を石灰化誘導培地で長期間培養すると、アポトーシス細胞の増加が 観察された。

さらに、上記の方法で移植に最適な C-MSC の条件を検討し、未分化な C-MSC および骨分化誘導を施した OIM-C-MSC を移植し、実験的歯周炎根分岐部 3 級 欠損モデルに対する歯周組織再生促進効果を評価して以下の結果を得た。

1)移植8週間後において、C-MSC、OIM-C-MSCs移植群ともにセメント質と 歯周靱帯の再生が観察された。

2)移植8週間後において、C-MSC、OIM-C-MSCs移植群ともに歯根面に沿って歯槽骨の輪郭を形成するような歯槽骨再生が観察された。

3)移植8週間後において、OIM-C-MSCs移植群において C-MSCs移植群より 有意に多くの歯槽骨再生が観察された。

4)移植12週間後において、C-MSCs、OIM-C-MSCs移植群ともに十分な歯 周組織の再生が観察された。

5)移植12週間後において、OIM-C-MSCs移植群とC-MSCs移植群では再生した歯槽骨量に有意な差は認めなかった。

以上の結果から、C-MSC、OIM-C-MSC ともにビーグル犬根分岐部 3 級欠損 モデルにおいて歯周組織再生を促進することが確認された。本研究は C-MSC の 歯周組織再生促進能を確認した初めての研究であり、C-MSCs 移植が歯周組織 再生を目的とした細胞移植治療に有用であることが示唆された。

参考文献

B.L. Pihlstrom, B.S. Michalowicz, N.W. Johnson, Periodontal diseases, Lancet 366(9499)
 (2005) 1809-20.

[2] L.C. Kuo, A.M. Polson, T. Kang, Associations between periodontal diseases and systemic diseases: a review of the inter-relationships and interactions with diabetes, respiratory diseases, cardiovascular diseases and osteoporosis, Public Health 122(4) (2008) 417-33.

[3] D.G. Bassani, M.T. Olinto, N. Kreiger, Periodontal disease and perinatal outcomes: a case-control study, J Clin Periodontol 34(1) (2007) 31-9.

[4] P.M. Bartold, R.I. Marshall, D.R. Haynes, Periodontitis and rheumatoid arthritis: a review, J Periodontol 76(11 Suppl) (2005) 2066-74.

[5] F.A. Scannapieco, R.B. Bush, S. Paju, Associations between periodontal disease and risk for atherosclerosis, cardiovascular disease, and stroke. A systematic review, Ann Periodontol 8(1) (2003) 38-53.

[6] M. Yoneda, S. Naka, K. Nakano, K. Wada, H. Endo, H. Mawatari, K. Imajo, R. Nomura, K. Hokamura, M. Ono, S. Murata, I. Tohnai, Y. Sumida, T. Shima, M. Kuboniwa, K. Umemura, Y. Kamisaki, A. Amano, T. Okanoue, T. Ooshima, A. Nakajima, Involvement of a periodontal pathogen, Porphyromonas gingivalis on the pathogenesis of non-alcoholic fatty liver disease, BMC Gastroenterol 12 (2012) 16.

[7] R. Langer, J.P. Vacanti, Tissue engineering, Science 260(5110) (1993) 920-6.

[8] M. Christgau, N. Bader, A. Felden, J. Gradl, A. Wenzel, G. Schmalz, Guided tissue regeneration in intrabony defects using an experimental bioresorbable polydioxanon (PDS) membrane. A 24-month split-mouth study, J Clin Periodontol 29(8) (2002) 710-23.

[9] U.M. Wikesjö, A.V. Xiropaidis, R.C. Thomson, A.D. Cook, K.A. Selvig, W.R. Hardwick,

Periodontal repair in dogs: rhBMP-2 significantly enhances bone formation under provisions for guided tissue regeneration, J Clin Periodontol 30(8) (2003) 705-14.

[10] N.M. Blumenthal, G. Koh-Kunst, M.E. Alves, D. Miranda, R.G. Sorensen, J.M. Wozney, U.M. Wikesjö, Effect of surgical implantation of recombinant human bone morphogenetic protein-2 in a bioabsorbable collagen sponge or calcium phosphate putty carrier in intrabony periodontal defects in the baboon, J Periodontol 73(12) (2002) 1494-506.

[11] M. Kitamura, K. Nakashima, Y. Kowashi, T. Fujii, H. Shimauchi, T. Sasano, T. Furuuchi,

M. Fukuda, T. Noguchi, T. Shibutani, Y. Iwayama, S. Takashiba, H. Kurihara, M. Ninomiya,

J. Kido, T. Nagata, T. Hamachi, K. Maeda, Y. Hara, Y. Izumi, T. Hirofuji, E. Imai, M. Omae,

M. Watanuki, S. Murakami, Periodontal tissue regeneration using fibroblast growth factor-2: randomized controlled phase II clinical trial, PLoS One 3(7) (2008) e2611.

29

[12] S. Takayama, S. Murakami, Y. Miki, K. Ikezawa, S. Tasaka, A. Terashima, T. Asano, H. Okada, Effects of basic fibroblast growth factor on human periodontal ligament cells, J Periodontal Res 32(8) (1997) 667-75.

[13] S.E. Lynch, R.C. Williams, A.M. Polson, T.H. Howell, M.S. Reddy, U.E. Zappa, H.N. Antoniades, A combination of platelet-derived and insulin-like growth factors enhances periodontal regeneration, J Clin Periodontol 16(8) (1989) 545-8.

[14] S. Mohammed, A.R. Pack, T.B. Kardos, The effect of transforming growth factor beta one (TGF-beta 1) on wound healing, with or without barrier membranes, in a Class II furcation defect in sheep, J Periodontal Res 33(6) (1998) 335-44.

[15] W.V. Giannobile, S. Ryan, M.S. Shih, D.L. Su, P.L. Kaplan, T.C. Chan, Recombinant human osteogenic protein-1 (OP-1) stimulates periodontal wound healing in class III furcation defects, J Periodontol 69(2) (1998) 129-37.

[16] K. Takeda, H. Shiba, N. Mizuno, N. Hasegawa, Y. Mouri, A. Hirachi, H. Yoshino, H. Kawaguchi, H. Kurihara, Brain-derived neurotrophic factor enhances periodontal tissue regeneration, Tissue Eng 11(9-10) (2005) 1618-29.

[17] S. Bose, M. Roy, A. Bandyopadhyay, Recent advances in bone tissue engineering scaffolds, Trends Biotechnol 30(10) (2012) 546-54.

[18] M.D. Treiser, E.H. Yang, S. Gordonov, D.M. Cohen, I.P. Androulakis, J. Kohn, C.S. Chen, P.V. Moghe, Cytoskeleton-based forecasting of stem cell lineage fates, Proc Natl Acad Sci U S A 107(2) (2010) 610-5.

[19] J.A. Thomson, V.S. Marshall, Primate embryonic stem cells, Curr Top Dev Biol 38 (1998) 133-65.

[20] K. Takahashi, S. Yamanaka, Induction of pluripotent stem cells from mouse embryonic and adult fibroblast cultures by defined factors, Cell 126(4) (2006) 663-76.

[21] K. Takahashi, K. Tanabe, M. Ohnuki, M. Narita, T. Ichisaka, K. Tomoda, S. Yamanaka, Induction of pluripotent stem cells from adult human fibroblasts by defined factors, Cell 131(5) (2007) 861-72.

[22] M.F. Pittenger, A.M. Mackay, S.C. Beck, R.K. Jaiswal, R. Douglas, J.D. Mosca, M.A. Moorman, D.W. Simonetti, S. Craig, D.R. Marshak, Multilineage potential of adult human mesenchymal stem cells, Science 284(5411) (1999) 143-7.

[23] C. Colnot, Cell sources for bone tissue engineering: insights from basic science, Tissue Eng Part B Rev 17(6) (2011) 449-57.

[24] H. Kawaguchi, A. Hirachi, N. Hasegawa, T. Iwata, H. Hamaguchi, H. Shiba, T. Takata,

Y. Kato, H. Kurihara, Enhancement of periodontal tissue regeneration by transplantation of bone marrow mesenchymal stem cells, J Periodontol 75(9) (2004) 1281-7.

[25] N. Hasegawa, H. Kawaguchi, A. Hirachi, K. Takeda, N. Mizuno, M. Nishimura, C.

Koike, K. Tsuji, H. Iba, Y. Kato, H. Kurihara, Behavior of transplanted bone marrow-derived mesenchymal stem cells in periodontal defects, J Periodontol 77(6) (2006) 1003-7.
[26] T. Nagahara, S. Yoshimatsu, H. Shiba, H. Kawaguchi, K. Takeda, T. Iwata, N. Mizuno, T. Fujita, H. Kurihara, Introduction of a mixture of 8-tricalcium phosphate into a complex of bone marrow mesenchymal stem cells and type I collagen can augment the volume of alveolar bone without impairing cementum regeneration, J Periodontol 86(3) (2015) 456-64.
[27] K.W. Liechty, T.C. MacKenzie, A.F. Shaaban, A. Radu, A.M. Moseley, R. Deans, D.R. Marshak, A.W. Flake, Human mesenchymal stem cells engraft and demonstrate site-specific differentiation after in utero transplantation in sheep, Nat Med 6(11) (2000) 1282-6.
[28] H.A. Hoogendoorn, W. Renooij, L.M. Akkermans, W. Visser, P. Wittebol, Long-term study of large ceramic implants (porous hydroxyapatite) in dog femora, Clin Orthop Relat Res (187) (1984) 281-8.

[29] R.O. Oreffo, J.T. Triffitt, Future potentials for using osteogenic stem cells and biomaterials in orthopedics, Bone 25(2 Suppl) (1999) 5S-9S.

[30] M. Kittaka, M. Kajiya, H. Shiba, M. Takewaki, K. Takeshita, R. Khung, T. Fujita, T. Iwata, T.Q. Nguyen, K. Ouhara, K. Takeda, H. Kurihara, Clumps of a mesenchymal stromal cell/extracellular matrix complex can be a novel tissue engineering therapy for bone regeneration, Cytotherapy 17(7) (2015) 860-73.

[31] K.M. Choi, Y.K. Seo, H.H. Yoon, K.Y. Song, S.Y. Kwon, H.S. Lee, J.K. Park, Effect of ascorbic acid on bone marrow-derived mesenchymal stem cell proliferation and differentiation, J Biosci Bioeng 105(6) (2008) 586-94.

[32] D.J. Leeming, K. Henriksen, I. Byrjalsen, P. Qvist, S.H. Madsen, P. Garnero, M.A. Karsdal, Is bone quality associated with collagen age?, Osteoporos Int 20(9) (2009) 1461-70.



Scale bar:100µm

図 1. C-MSC における I 型コラーゲンの発現

増殖培地で培養した C-MSC の Day0(Cell sheet)、1、5、10 を回収、通法に従 い OTC コンパウンドに包埋し、20μm で薄切し、I型コラーゲンの蛍光染色 を行った結果を示す。青. DAPI(細胞核)、赤. I型コラーゲン。



Scale bar: 500µm

図 2. C-MSC の組織像

増殖培地で培養した C-MSC の Day0(Cell sheet)、1、5、10 を回収、通法に従 いパラフィン包埋し、5 μ m で薄切し、HE 染色、アリザリンレッド染色、アポ トーシス細胞の蛍光染色 (TUNEL 染色) を行った結果を示す。HE 染色、アリ ザリンレッド染色 (×100)。TUNEL 染色は青. DAPI(細胞核)、緑. アポトー シス細胞 (×100)。



Scale bar: 500µm

図 3. 骨分化誘導 C-MSC の組織像

骨分化誘導培地で培養した C-MSC の Day1、5、10 を回収、通法に従いパラフ ィン包埋し、5 μ m で薄切し、HE 染色、アリザリンレッド染色、アポトーシス 細胞の蛍光染色 (TUNEL 染色) を行った結果を示す。HE 染色、アリザリンレ ッド染色 (×100)。TUNEL 染色は青. DAPI(細胞核)、緑. アポトーシス細胞 (×100)。



図 4. 石灰化誘導 C-MSC のカルシウム量

増殖培地と石灰化誘導培地で培養した C-MSC の Day1、5、10 を回収、上清を
 用いてカルシウムの量を計測した結果を示す。** p < 0.01 (student-t)。



図5 炎症を伴う歯周組織欠損の作製および MSC の移植

A. アルジネート印象材の填入。B. C-MSC の移植。左から第2小臼歯、第3小臼 歯、第4小臼歯。それぞれ C-MSC、OIM-C-MSC、NONE(非移植群)。C-MSC、
OIM-C-MSC はそれぞれ 48 個を1つの欠損に移植した。



図6 移植8週間後の3D構築像 A. 非移植群、B. C-MSC 移植群、C. OIM-C-MSC 移植群。



図7 移植8週間後のCTの矢状断像

A. 非移植群、B. C-MSC 移植群、C. OIM-C-MSC 移植群。白矢頭はノッチの最下点を 示す。



図8 移植8週間後の組織像(HE 染色)

A. 非移植群、B. C-MSC 移植群、C. OIM-C-MSC 移植群。黒矢頭はノッチの最 下点を示す。Scale bar:は 1000µm を示す。

NONE





図9 移植8週間後の非移植群の組織像

A. HE 染色像 (×200)、B. AZAN 染色像 (×200)。Scale bar:は 1000µm を示す。

C-MSCs





Scale bar: 100µm

図 10 移植 8 週間後の C-MSC 移植群の組織像 A. AZAN 染色像 (×200)、B. HE 染色像 (×200)。

OIM-C-MSCs





図 11 移植 8 週間後の OIM-C-MSC 移植群の組織像 A. HE 染色像 (×200)、B. AZAN 染色像 (×200)、C. HE 染色像(×200)。



図 12 移植 12 週間後の 3D 構築像

A. 非移植群、B. C-MSC 移植群、C. OIM-C-MSC 移植群。



図 13 移植 12 週間後の CT の矢状断像

A. 非移植群、B. C-MSC 移植群、C. OIM-C-MSC 移植群。白矢頭はノッチの最 下点を示す。



Scale bar: 1000µm

図14 移植12週間後の組織像(HE 染色)

A. 非移植群、B. C-MSC 移植群、C. OIM-C-MSC 移植群。黒矢頭はノッチの最
 下点を示す。スケールバーは 1000 µ m を示す。

NONE



Scale bar: 100µm

図 15 移植 12 週間後の非移植群の組織像

A. HE 染色像 (×200)、B. AZAN 染色像 (×200)。

C-MSCs





Scale bar: 100µm 図 16 移植 12 週間後の C-MSC 移植群の組織像

 $(imes 200)_{\circ}$

A と A'. HE 染色像 (×200)、B. AZAN 染色像

47

OIM-C-MSCs





Scale bar: 100µm 図 17 移植 12 週間後の OIM-C-MSC 移植群の組織像 A と A'. HE 染色像 (×200)、B. AZAN 染色像 (×200)。



グラフはそれぞれの観察時期におけるセメント質再生率の平均値±標準偏差を示す。*: p < 0.05, **: p < 0.01 (ANOVA)。



図19 各観察時におけ骨再生率

グラフはそれぞれの観察時期における骨再生率の平均値±標準偏差を示す。破線は健常歯周組織と同じように一定の幅を持った歯周靭帯の再生が起こったと仮定した場合の骨再生率(約80%)を示す。*:p < 0.05, **:p < 0.01 (ANOVA)。



図 20 各観察時における石灰化骨再生率

グラフはそれぞれの観察時期における石灰化骨再生率の平均値±標準偏差を 示す。破線は健常歯周組織と同じように髄腔および一定の幅を持った歯周靭帯の 再生が起こったと仮定した場合の石灰化骨再生率(約 60%)を示す。*:p < 0.05, **:p < 0.01 (ANOVA)。