微小人工骨ユニットの集積による自由な人工骨の設計と製造

モザイク人工骨の提案

先進製造プロセス研究部門 生体機構プロセス研究グループ 寺岡 啓

はじめに

再生医療の台頭により、人工骨は補綴 物というよりも、生命現象を積極的に享 受するためのインターフェイスとして期 待されるようになってきました。再生医 療に応え得る人工骨として、セラミック 多孔体が最も注目されています¹⁾。

多孔質人工骨の体内における理想的な 作用機序は、細胞や細胞増殖因子などの 生体由来因子を気孔(細孔)内部に取り込 み、組織に転化させ、最終的には材料自 身が消失して生体組織に置換されること です。多孔質人工骨の気孔の形状、大き さ、分布といった幾何学的要素が骨再生 速度に大きく影響を与えることは広く知 られているものの、一般的な多孔体中の 気孔は、さまざまな幾何学的要素で構成 されているため、どの要素が骨再生に寄 与しているか、その因果関係は未だに明 らかになっていません。また、気孔の連 通性(つながり)に関する明確な製品保証 はなく、ロット間のばらつきが大きいこ とも問題です。さらに、多孔体に限らず セラミックスは、賦形性に制限があるな ど、一般的に使い勝手が悪いことも、実 用化を阻む大きな問題です。

私たちは、これらの問題を解決するた めに、"モザイク人工骨"形成法という 新しい製造プロセスを開発しました。こ のプロセスの特徴は、1)微小な人工骨ユ ニットを集積化することにより、人工骨 を望みの形状にデザインできる、2)集積 体内部に人工骨ユニット間隙からなる連 通空間ネットワークを構築できる、とい う点にあります。このときの連通空間の 形状は、用いる人工骨ユニットの形状を 選択することによって、制御することが 可能です。また、骨形成を促進する構造、 いわゆる"骨伝導構造"を、人工骨ユニッ ト内部に導入することにより、人工骨ユ ニットを確実に機能する最小単位とする ことができます。例えば、1ユニットに 骨伝導構造を1つ導入した場合、モザイ ク人工骨には"1個/ユニット体積"の骨伝 導構造分布が保証されます。モザイク人 工骨形成法は、人工骨の形状と骨伝導空 間構造を人工的にデザインするためのプ ラットフォームなのです。

球状アパタイトビーズを利用したモザイ ク人工骨の作製

ここでは、モザイク人工骨の具体的な 作製方法を紹介します。モザイク人工骨 は、図1に示すように、骨伝導構造とし て円柱状の貫通孔(約300 μ m ϕ)を有する 球状の水酸アパタイトビーズ(以下、HA ビーズと示します。約1mm ϕ)を、円柱 状のセル(5mm ϕ ×高さ5mm)の中に充 填することにより作製します²⁾。

球は集積時に閉鎖間隙を作らないの で、ビーズ間隙と粒子内部に導入した貫 通孔より構成される、いわゆる"完全連 通孔ネットワーク"を構築することがで きます。マイクロフォーカスX線CTに より見積もったこのモザイク人工骨の マクロ気孔率は47.7±1.9%でした。この 完全連通孔ネットワークには、生体由 来因子が容易に侵入することができるた め、良好な骨形成が期待できます。また、 HAビーズは注射針から比較的容易に吐 出することができるため、注入療法的な 手法により、モザイク人工骨を構築する ことも可能です。



図1 球状人工骨ユニット(HAビーズ)を利用して作製したモザイク人工骨 HAビーズは任意の形状に集積することができ、そのとき、完全連通孔ネットワークを形成する。また、 1mm ¢の HAビーズは16Gの注射針から吐出することができる。HAビーズ集積体の画像は、マイクロX 線CTデータに基づく3D-CGモデルである。



図 2 直径 1 mm ϕ の HA ビーズの最密充填状態 の模式図

骨・関節の再生テクノロジー





細胞
①
①
①
①
①
①
①
②
①
①
①
②
①
①
①
①
②
②
①
①
①
②
②
①
①
①
②
②
②
①
①
②
②
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
⑦
②

図4 貫通孔内で考えられる細胞増殖機序およびそれを示唆する貫通 孔内の細胞画像

このモザイク人工骨においては、貫通 孔に加えて、ビーズ間隙が人工骨内マク ロ空間構造の設計・解釈・理解のより どころとなります。最密充填構造のHA ビーズ間隙模式図を図2に示します。HA ビーズ同士の接点に向かってだんだんす ぼまっていく間隙構造が、従来の人工骨 にない特徴です。また、例えば、間隙を 内接する円として考えると、HAビーズ 直径が1mmの場合、間隙内接円の直径 は154.7µmとなります。ビーズ径を変え ることにより、この間隙内接円もマクロ からナノスケールで調整することができ ます。

HAビーズ集積体を用いて動物実験を 行い、その骨伝導性を調べた結果を図3 に示します。ウサギ脛骨近位端埋入7日 後、貫通孔内部に骨の自然治癒過程の特 徴である膜性骨化と判断できる新生骨 (nb)組織と血管新生を示唆する赤血球 (r)が観察されました。またHAビーズ 内部でも細胞の侵入が認められました(7 日)。4~13週にかけては、新生骨の形成 が広範囲で認められ、特に13週後の組織 には、骨髄の貫入による皮質骨と髄腔の 境界が形成されつつありました。

HAビーズ貫通孔径の評価

前項では直径300µmの貫通孔の骨伝導 機能を確認しましたが、最適貫通孔径を 示したわけではありません。研究者の間 では、200~300µmがよいとされていま すが本当でしょうか?

私たちは、骨再生に最適な貫通孔サイ ズを決定するため、 HAビーズを用いて 骨伝導性能を評価する手法を検討してい ます。貫通孔径の異なる種々のHAビー ズを用いて、モデル空間を作製し、その 空間内での骨伝導性を評価するもので す。具体的には、細胞懸濁液に異なるサ イズの貫通孔径を有するHAビーズを浸 漬し、貫通孔に取りこまれる細胞数と、 その後の増殖・分化の状態から、貫通孔 径と骨伝導との相関関係を調べます。

これまでのところ、貫通孔径226μmφ のHAビーズを用いた場合、顕著な細胞 増殖が確認できました。このビーズは、 浸漬後5日目に、全サンプルの中で最も 高い細胞密度(細胞数/HAビーズの表面 積)を記録しました。また5日間以上培養 を続けた場合、貫通孔をふさぐように細 胞凝集塊が形成されました(図4)。これ らの結果は、直径226μmφの貫通孔内の 細胞増殖が、内壁に沿う方向だけではな いことを示唆しています。例えば、貫通 孔内に付着した細胞が近くのもの同士で 架橋し、新たな細胞増殖の足場を提供す るような増殖機序を考えることができま す。

まとめ

「人工骨のユニット化」をコア・コンピ タンスとした人工骨(モザイク人工骨)と 周辺技術について、私たちの最近の研究 を紹介しました。本製造プロセスによれ ば、人工骨を、あたかもブロックのごと く任意形状に作り上げること、および製 造プロセス的に完全連通孔を保証するこ とができます。また、本手法は、注入療 法による人工骨形成へも応用することが 可能です。さらに、人工骨ユニットを、 気孔と骨伝導の相関を追求するための試 金石として提案することができました。

再生医療の成立には多分野にわたる協 力が必要ですが、とりわけ足場材料への 不満が再生医療の臨床応用を遅らせてい るという見解に信憑性を感じます。今後、 人工骨研究を通してそれらの不満に応え ながら、材料開発による再生医療の発展 を目指したいと考えています。

参考文献

C. Klein, P. Patka and W. den Hollander, Biomaterials 10, 59-62 (1989).

K. Teraoka, Y. Yokogawa and T. Kameyama, J. Ceram. Soc. Japan, 112, 863-864 (2004).