科学研究費助成事業

研究成果報告書



平成 30 年 6 月 1 日現在

機関番号: 17102
研究種目:挑戦的萌芽研究
研究期間: 2016 ~ 2017
課題番号: 16K14277
研究課題名(和文)磁気マーカー抗体の磁場中結合反応法の開発と磁気的医療検査・治療技術への応用
研究细胞久(茶文)Magnatic field appieted binding method between magnatic merkers and torgets for
研究課題名(英文)Magnetic-field assisted briding method between magnetic markers and targets for biomedical applications
研究代表者
圓福 敬二(ENPUKU, Keiji)
九州大学・超伝導システム科学研究センター・教授
研究者番号:2 0 1 5 0 4 9 3
父 们

研究成果の概要(和文):本研究では、磁気マーカーと細胞との結合反応を磁界中で行う「磁場中結合反応法」 と呼ぶ新規な手法を開発した。本手法を用いることにより、磁気モーメントが揃った状態で磁気マーカーを細胞 に結合することが出来る。最初に、磁気粒子の溶液中でのプラウン緩和特性を明らかにし、その結果を基に、本 手法で用いる反応磁界の大きさを選定した。次に、本手法を用いることにより、細胞に結合した磁気マーカーの ヒステリシス損や高調波スペクトル等の磁気特性を大きく改善できることを示した。この結果は数値シミュレー ションによる予測と定量的に一致した。最後に、磁気マーカーを用いたバイオセンシングに本手法を適用しその 有効性を示した。

研究成果の概要(英文): We have developed a new binding method between magnetic markers and targets for biomedical applications. In this method, magnetic field is applied during the binding reaction so as to prevent the Brownian rotation of the markers in solution. As a result, magnetic moments of all the bound markers can be aligned in the direction of applied field. First, we determine the strength of the magnetic field that is necessary to align the magnetic moment. Next, we show that the magnetic properties of the bound markers, such as harmonic spectra and hysteresis loss, are significantly improved with this method. Finally, we apply the method to improve the performance of biosensing using magnetic markers.

研究分野:計測工学

キーワード:磁気マーカー ブラウン運動 バイオセンシング 磁気粒子イメージング 磁気的ハイパーサーミア

1.研究開始当初の背景

磁気ナノ粒子を高分子で被覆し、その表 面に検査抗体や薬剤を結合したものは磁気 マーカーと呼ばれており、体内診断のため の「磁気粒子イメージング」や、がん治療 のための「磁気的ハイパーサーミア」など への応用が研究されている。磁気マーカー を用いたこれらの検査・治療技術はこれま でにない新しい医療技術であり、その開発 に大きな期待が寄せられている。

しかしながら、その実現のためにはまだ多 くの課題を解決する必要がある。特に、上記 の応用では細胞に結合した磁気マーカーか ら大きな高調波スペクトルやヒステリシス 損を発生させることが重要となる。このため の手法を開発し、磁気マーカーの持つポテン シャルを最大限に発揮させる必要がある。

2.研究の目的

細胞に結合した磁気マーカーは磁気粒子 の集合体であり、その磁気特性は磁気モーメ ント mの揃い具合に大きく依存する。本研究 ではこの事に注目し、磁気マーカーと細胞の 結合を磁場中で行う、「磁場中反応法」と呼 ぶ新たな手法を開発する。即ち、磁気マーカ ーの溶液中でのブラウン回転運動を磁界で コントロールした状態で細胞との結合反応 を行わせる手法である。これにより、磁気モ ーメント m が揃った状態で磁気マーカーを 細胞に結合できる。

本研究では、「磁場中反応法」の機構を定 量的に明らかにするとともに、磁気マーカー の特性に応じた本手法の最適化法を示す。ま た、細胞に結合した磁気マーカーの磁気特性 の評価や検査実験により、本手法の有効性を 示す。

3.研究の方法

本研究では、「磁場中反応法」と呼ぶ新規 な手法を以下の方法により開発する。

(1) 磁気粒子の溶液中でのブラウン磁気緩和 特性を明らかにする。またこの結果を基に、

「磁場中反応法」に用いる反応磁界の大きさ を磁気マーカーの特性に応じて最適化するた めの手法を示す。

(2) 磁気粒子サンプルのヒステリシス損や高 調波スペクトルに対する「磁場中反応法」の 効果を明らかにする。

(3)「磁場中反応法」を用いた磁気マーカー と細胞との結合反応の模擬実験を行い、本手 法の有効性を示す。

4.研究成果

(1) 磁場中反応に用いる磁界の大きさ

最初に磁場中結合反応に必要な外部磁界 B の大きさを求めた。磁気粒子は溶液中では熱 雑音によりブラウン回転しており、磁気モー メント mの向きはランダムになる。外部から 磁界 B を印加すると磁気モーメントの向き は磁界の方向に揃い始める。その結果、磁気 マーカーの磁化 M は以下の式で与えられる。

$$M = M_s L(\xi) = M_s (\operatorname{coth}(\xi) - 1/\xi) \quad (1)$$

$$\xi = mB/k_BT \tag{2}$$

ここで、 M_s は飽和磁化、 k_B はボルツマン定数、Tは絶対温度である。

図 1(a)に磁化 $M \geq l \geq l \geq l$ の関係を 示す。図に示す様に、 M/M_s の値は $\xi \geq l \geq l$ に増加する。これは、外部磁界 Bの増加によ り磁気モーメント mの揃い具合が大きくな る事に対応している。なお、 ξ の値が無限大 では磁気モーメント mは完全に揃い、この 場合の M/M_s の値は 1 に飽和する。

図 1(a)に示す様に、 $\xi = 4$ の場合には M/M_s = 0.75 となる。この場合には、75%の磁気モ ーメントが揃うことになる。従って、 $\xi = 4$ を磁場中結合反応の条件とした。(2)式に示す 様に、 $\xi = 4$ の条件を満たす磁界 B は磁気モ ーメント mの大きさに依存する。図 1(b)に $\xi = 4$ を与える B と mの関係を示す。この図から、 使用する磁気マーカーの mに対応して、磁場 中結合反応に必要な磁界 B を求めることが 出来る。



図1.(a) 溶液中の磁気粒子の磁化特性。パ ラメータ ξの増加とともに磁気モーメント m が揃い、磁化 M が増加する。(b)ξ=4を 与える Bとmの関係。

(2) 磁場中反応による磁気特性の改善磁場中結合反応による磁気特性の変化を実験と数値シミュレーションにより調べた。 実験では細胞に結合した磁気マーカーを模擬するため固相化した磁気マーカーを用いた。エポキシ樹脂を用いて磁気マーカーを固相化する際に磁界 Bを印加し、磁気モーメントmの向きを揃えた。 なお、市販の磁気粒子ではサンプル内で磁 気モーメント m が広く分布している。使用し た磁気粒子サンプル(Resovist)の m の分布 を図 2(a)に示す。図に示す様にこのサンプル では $m = 2.4 \times 10^{-18} \text{Am}^2$ 近傍の磁気モーメン トを持つ粒子が多く含まれる。このため、図 1(b)の結果を用いて、反応磁場としてB = 16mTを用いた。

図 2(b)に磁場中結合反応の効果を示す。実験では、振幅 20 mT、周波数 20 kHz の交流 励起磁界 Bexを印加した時の磁気粒子サンプ ルの動的磁化特性を測定した。図の 印は磁 場中結合反応を用いた場合の結果であり、

印は磁場中結合反応を用いない場合の結果 である。図に示す様に、磁場中結合反応を用 いることにより、磁化特性に大きなヒステリ シスが得られている。この事は磁気モーメン トの向きを揃える事によりヒステリシス損 を増大出来る事を示しており、本手法の有効 性が示された。なお、図の実線は数値シミュ レーションの結果であり、実験結果と定量的 に一致している。



図 2.(a) 磁気粒子サンプル(Resovist) 内の 磁気モーメント m の分布。(b) 固相化した 磁気粒子サンプルの動的磁気特性。 印と 印は磁場中結合反応を用いた場合と用いな い場合の結果。実線は数値シミュレーション の結果。

次に、磁気粒子から発生する高調波スペク トルの測定結果を示す。実験では振幅 20 mT、 周波数 20 kHz の交流励起磁界 Bex を印加し た時のスペクトルを測定した。図3の 印と 印は磁場中結合反応を用いた場合と用い ない場合の結果を示している。図の横軸は高 調波の次数 k であり、縦軸は高調波の大きさ Mk を示す。図に示す様に、磁場中結合反応 を用いることにより、大きな高調波スペクト ルが得られており、本手法の有効性が示され た。



図 3.磁気粒子サンプル(Resovist) から発生 する高調波スペクトル。 印と 印は磁場中 結合反応を用いた場合と用いない場合の結 果。

(3) 磁場中反応法を用いた免疫検査実験

磁気マーカーを細胞に結合する際の磁場 中結合反応の効果を調べる模擬実験を行っ た。図4に実験の模式図を示す。図のpolymer beads (直径3.3 µm) が細胞を模擬した物で あり、その表面にビオチンを固定化している。 アビジンを付加した磁気マーカーをビオチ ン・アビジンの結合反応により polymer beads に結合させる。この結合過程において 反応磁場を用いない場合は、図4(a)に示す様 に磁気マーカーの磁気モーメント m はラン ダムな方法を向いて結合する。一方、反応磁 場を用いると、図4(b)に示す様に mを揃えて 磁気マーカーを結合させることが出来る。



図 4. Polymer beads に結合した磁気マー カーの磁気モーメント *m*。(a) 磁場中結合反 応を用いない場合、(b) 磁場中結合反応を用 いた場合

図 5 に polymer beads に結合した磁気マー カーからの磁気信号を測定した結果を示す。 図の横軸は polymer beads の数 N_p (細胞の 数に対応)であり、縦軸は磁気信号の強さを 表す。図の 印と 印は磁場中結合反応を用 いた場合と用いない場合の結果を示してい る。図に示す様に、磁場中反応を用いること により磁気マーカーからの信号を大きく出 来る事が分かる。これは、磁気モーメントの 向きを揃える事により磁気信号の大きさを 増大出来る事を示しており、本手法の有効性 が示された。



図 5. Polymer beads に結合した磁気マーカ ーからの磁気信号と bead の数 N_pの関係。 印と 印は磁場中結合反応を用いた場合と 用いない場合の結果。

5.主な発表論文等

(研究代表者、研究分担者及び連携研究者に は下線)

[雜誌論文](計 6件)

高藤佳嗣、入江康、<u>吉田敬、圓福敬二</u>、 「磁気マーカーを用いた液相でのバイオ 物質検出」、九州大学システム情報科学紀 要, vol. 23, 1-7 (2018)、査読有。

T. Sasayama, <u>T. Yoshida</u>, and <u>K.</u> <u>Enpuku</u>, "Relationship between harmonic spectra and coercive field of immobilized magnetic nanoparticles", Jpn. J. Appl. Phys. vol. 56, 025001 (2017)、査読有。

<u>K. Enpuku</u>, Y. Tsujita, K. Nakamura, T. Sasayama and <u>T. Yoshida</u>, "Biosensing utilizing magnetic markers and superconducting quantum interference devices", Supercond. Sci. and Technol, vol. 30, 053002 (2017)、 査読有。

<u>T. Yoshida</u>, Y. Matsugi, N. Tsujimura, T. Sasayama, <u>K. Enpuku</u>, T. Viereck, M. Schilling and F. Ludwig, "Effect of alignment of easy axes on dynamic magnetization of immobilized magnetic nanoparticles", J. Magn. Magn. Mater., vol. 427, 162-167 (2017)、 查読有。

<u>K. Enpuku</u>, T. Sasayama, and <u>T.</u> <u>Yoshida</u>, "Estimation of Magnetic Moment and Anisotropy Energy of Magnetic Markers for Biosensing Application", J. Appl. Phys. vol. 119, 184902 (2016)、查読有. 辻田 祐也、牟田 雅浩、笹山 瑛由、<u>円福</u> <u>敬二</u>、「マルチ検出コイルを用いた磁気ナ ノ粒子の三次元イメージング」、電子情報 通信学会技術報告, SCE2016-24, pp. 47-52 (2016)、査読なし。

[学会発表](計 8件)

中村 啄流,東 大路,松木 優樹,<u>吉</u> 田 敬,圓福 敬二、「磁気ナノ粒子の磁 気分画法の開発及び磁気粒子イメージン グの高感度化に関する検討」、電気学会、 2018年3月、九州大学(福岡) 高藤 佳嗣、入江 康太、秋吉 一輝、笹山 瑛由、<u>吉田 敬、円福 敬二</u>、「磁気マー カーを用いた液相でのバイオ物質検出」、 電子情報通信学会 超伝導エレクトロニ クス研究会、2018年1月、機械振興会館 (東京)

Ahmed L. Elrefai, T. Sasayama, <u>T.</u> <u>Yoshida</u>, and <u>K. Enpuku</u>, "Empirical Expression for DC Magnetization Curve of Immobilized Magnetic Nanoparticles for Use in Biomedical Applications", Int. Conf. on Magnetism and Magnetic Materials 2017年11月、 Pittsburgh, (USA).

<u>K. Enpuku</u>, Y. Takafuji, K. Irie, T. Sasayama, and <u>T. Yoshida</u>, "Detection of Biological Targets Using HTS SQUID and Magnetic Markers", European Conference on Applied Superconductivity, 2017年9月、Geneva (Switzerland).

<u>K. Enpuku</u>, "Improved liquid-phase detection of biological targets based on Brownian relaxation of magnetic markers", International Conference of the Asian Union of Magnetic Societies (ICAUMS), 2016 年 8 月 、 Tainan (Taiwan)

<u>T. Yoshida</u>, Y. Matsugi, T. Sasayama, and <u>K. Enpuku</u>, "Effect of Alignment of Magnetic Easy Axes on AC Magnetization of Immobilized Magnetic Nanoparticles", International workshop on magnetic bio-sensing, 2016年9月、Fukuoka (Japan).

笹山 瑛由、<u>吉田 敬、圓福 敬二</u>、「 磁気ナノ粒子の交流磁化特性の磁界強度 および周波数依存性」、日本磁気学会、 2016年9月、金沢大学(金沢)

松木 優樹、<u>吉田 敬</u>、笹山 瑛由、<u>圓</u> <u>福 敬二</u>、「固相磁気ナノ粒子における 磁化容易軸の配向が磁化動特性に及ぼす 影響」、電気学会マグネティックス研究 会、2016年9月、横浜国立大学(横浜) 〔図書〕(計 0件)

〔産業財産権〕

出願状況(計 0件)

取得状況(計0件)

〔その他〕

ホームページ等 http://www.sc.kyushu-u.ac.jp/~enlab/

6 . 研究組織

(1)研究代表者
圓福 敬二 (ENPUKU, Keiji)
九州大学・超伝導システム科学研究セン
ター・教授
研究者番号: 20150493

(2)研究分担者

吉田 敬(YOSHISA, Takashi) 九州大学・システム情報科学研究院・准教 授 研究者番号:30380588