

URL https://journal.ntt.co.jp/article/25274 DOI https://doi.org/10.60249/24035005

# 超伝導磁束量子ビットによる神経細胞中の鉄イオン検出

超伝導量子計算機の開発競争を背景に、近年発展の著しい超伝導量子回路技術 が量子センシング分野に応用されています.これまで、超伝導量子センサによる オンチップ測定のターゲットは半導体中の不純物等に限られていましたが、応用 範囲はそのような「固い」材料に限りません、本稿では、超伝導磁束量子ビット を応用した高感度・高空間分解能磁場センサによる神経細胞中の鉄イオンの検出 について紹介します.

キーワード:#超伝導量子回路,#量子センシング,#バイオマテリアル



Medical and Health Informatics Lab<sup>†2</sup>

#### 生体中の微量金属元素

鉄は生体内に含まれる量は少ないものの 重要な役割を果たす微量金属元素の1つで す.生理学側面ではヘモグロビンによる酸 素の輸送やATP (Adenosine triphosphate)\*1によるエネルギー産生に関与し, 病理学的側面ではアルツハイマー病など多 くの神経変性疾患に関係します.これらの 現象の理解には,鉄イオンの輸送や酸化数 の変化等を詳細に調べる必要があります.

## 生体試料中の金属イオンを 調べる方法

生体試料中の金属イオンを調べるための 代表的な手法として. 質量分析法が挙げら れます.この手法は定量性を持つ手法で, 細胞単位での分析も可能です。しかし、分 析の過程で誘導結合プラズマやレーザ照射 によるイオン化, すなわち細胞の破砕を伴 うため、その場観察は難しくなります。ま た, ラマン分光法などの光学的手法も金属 元素の分析に使われます. ラマン分光法は 光を用いた方法であることからその場観察 に適しており、細胞内部の構造のイメージ ングも可能です.しかし、ここまで挙げた 方法では原理的に酸化還元反応やタンパク 質との結合等に起因するイオンの価数の変 化をとらえられないので、これらの情報を 得るためには異なる手法が必要です.

イオンの価数等も含む生体試料中の金属 イオンの分析に用いられるのが電子スピン 共鳴 (Electron Spin Resonance : ESR) で、物理・化学・生物・地球惑星科学・製 薬・医療等のさまざまな分野で幅広く応用 されています.この手法では、g因子と呼 ばれる「材料の指紋」ともいえるパラメー タを求めることで、イオンの価数も含む金 属イオンの違いを見分けることが可能です. 通常の場合、分析は細いガラス管に試料を 充填して行うため、数ミリリットル単位の 試料を用意することが必要で、得られる情 報もその平均値となります.また、空間分 解能と感度の制約から、細胞単位でのイ メージングは難しくなります.

超伝導量子回路\*2による磁場センサはマ イクロメートルレベルの空間分解能を持ち, ESRと同様に金属イオンをはじめとする不 対電子\*3を持つ物質の分析が可能です.そ のため,生体内の金属イオンを細胞単位で 調べるための有用なツールとして期待でき ます.

## 超伝導量子回路を用いた 量子センシング

超伝導量子回路を用いた量子センシング では、主に磁場もしくはその源である電子 スピンの超高感度測定をめざしています. 物質中で電子スピンは環境となる周辺元素 の性質を反映するプローブとして働き、材 料分析のツールとして用いることができ ます.

超伝導量子回路を用いたセンシングの研究は大きく2つの方向で進められています. 1つは,既存のESRで感度を制約する原因 となっている増幅器の雑音等の要素を超伝

導量子回路の技術で徹底的に改善し, 超高 感度をめざすものです.もう1つは、磁場 に対して敏感な特性を持つ種類の超伝導量 子ビットをセンサとして用い、電子スピン を高い感度で検出するものです。どちらの 方法も. 超伝導量子回路チップ近傍の試料 に含まれる電子スピンを超高感度で検出す るという点では共通しています. NTTは 後者のアプローチで研究を行っており、長 年研究を続けてきた超伝導磁束量子ビット を磁場センサとして用いています. これま でに1秒間の信号の積算で20個の電子スピ ンを検出可能な超高感度センサを実現し. それを応用することでESRにより固体試料 をマイクロメートルの空間分解能で分析す ることに成功しました(1).(2).

超伝導量子回路を用いたセンシングデバ イスのもう1つの特徴は、センサとして働 く超伝導量子デバイスの大きさを小さくす ることができ、高い空間分解能を実現でき る点です。例えば、超伝導磁束量子ビット は1辺の長さが数マイクロメートル程度の 長方形状のループから構成されます。超伝 導磁束量子ビットはループを貫く磁場のみ

<sup>\*1</sup> ATP:アデノシン三リン酸. 細胞はATPを 経由してエネルギーを利用しています.

<sup>\*2</sup> 超伝導量子回路:量子力学的にふるまう回路 素子を含む超伝導回路.超伝導量子回路は 通常の電子回路と同じインダクタ,キャパシ タのほかに,非線形な電流・電圧特性を持つ ジョセフソン接合で構成されます.

<sup>\*3</sup> 不対電子:原子や分子に含まれる電子のうち, ペアを構成していない電子を指します.不対 電子を含む物質は磁性を持つため,磁化の 源になります.また,不対電子を含む物質の 性質はESRによって測定することができます.

を選択的に検出するため、マイクロメート ルスケールの空間分解能での測定が可能 です.

超伝導磁束量子ビットによる電子スピン センシングの高感度・高空間分解能という 特徴は,生体試料測定への応用で特に威力 を発揮します.数マイクロメートルという 超伝導磁束量子ビットのサイズは典型的な 細胞のサイズとちょうど同じ程度ですので、 1つひとつの細胞を見分けられる空間分解 能が得られることになります.また,超伝 導量子ビットは量子計算機応用をめざした 集積化も進んでいるので、この技術を応用 し超伝導磁束量子ビットの2次元的なアレ イを作製すれば、単一細胞レベルの空間分 解能での元素イメージングを行うことも可 能です.

本研究では、細胞単位でのイメージング へ向けた第一歩として、超伝導磁束量子 ビットを用いて細胞中の微量金属元素を測 定する原理検証実験を行いました.その結 果、神経細胞中の鉄イオンを単一細胞レベ ルの空間分解能で測定することに成功しま した<sup>(3)</sup>.

### 超伝導磁束量子ビットによる 電子スピンの測定方法

超伝導磁束量子ビットを用いた電子スピン測定系の概略を図1に示します. 超伝導 磁束量子ビットと測定対象の神経細胞を希 釈冷凍機の中に設置し,実験は200 mK以 下(-272.95℃以下)の温度で行いました. 生体試料をこのような極低温まで冷却して 測定することはほとんどありません.生体 と低温という組合せから,神経細胞の様子 が低温では変わってしまい,有益な情報が 得られないのではという懸念があるかもし れません.しかし,本研究の測定のターゲッ トは試料中の金属イオンですので,低温で も測定は可能です.また,電子スピンの測 定では,一般的な特性として温度を下げる ほど感度が高くなるので,量の少ない金属 イオンを測定するには,低温環境のほうが 望ましいといえます.

超伝導磁束量子ビットは、シリコン基板 上に作製しました. 図1のとおり, 超伝導 磁束量子ビットはジョセフソン接合\*4 (図 中では×記号で表しています)を3つ含む ループ状の素子で、ループを流れる左回り・ 右回りの電流を2つの量子状態に対応させ ることで、量子2準位系を構成します、さ らに, 超伝導磁束量子ビットは超伝導量子 干涉素子 (Superconducting Quantum Interference Device: SQUID)\*5に用ま れています. このSQUIDは常温に設置し た増幅器・アナログ-デジタル変換器・PC 等に接続されていて. 超伝導磁束量子ビッ トの量子状態を読み出します. 超伝導磁束 量子ビットの2準位間の遷移周波数は, ループを買く磁束を変えることにより変化 します. この磁束は、超伝導磁束量子ビッ ト近傍に取り付けた超伝導磁石から磁場 (図1の超伝導磁束量子ビット制御磁場) を与えることにより制御します.

超伝導磁束量子ビットによる電子スピン 測定の原理を図2に示します.先述のとおり,通常,超伝導磁束量子ビットは外部の 超伝導磁石により制御しますが, 超伝導磁 束量子ビットの近傍にスピンを持つ試料が あり、それが磁場の源となる場合も同じよ うに招伝導磁束量子ビットの共鳴周波数を 変化させます. 試料に含まれる磁性体が常 磁性\*<sup>6</sup>を示すものであれば、試料の磁化。 すなわち試料に含まれる電子のスピンのそ ろい具合は温度と試料に印加する磁場で変 えることができます.低温・強磁場の場合, 熱揺らぎにより電子スピンがばらばらな向 きを向く効果より, 磁場の向きに沿って電 子スピンがそろう効果が大きく、結果とし て試料は大きな磁化を示します(図2の青 枠). 一方. 高温・低磁場の場合. 熱揺ら ぎにより電子スピンはばらばらな向きを向 くため、 試料は小さな磁化を示します (図 2の赤枠). 試料の磁化が変化することに より招伝導磁束量子ビットのループを貫く 磁束が変化するので, 超伝導磁束量子ビッ トの共鳴周波数が変化します。したがって、 磁場(図1のスピン偏極磁場)や温度を変 えながらある動作点での超伝導磁束量子 ビットの共鳴周波数の変化、もしくはそれ に対応するスペクトルの磁場軸方向のシフ ト量を測定することにより、 試料の磁気的 性質を明らかにすることができます。ここ

- \*5 超伝導量子干渉素子:2つのジョセフソン接 合を持つループ状の素子で,高感度磁束計 として利用されます.
- \*6 常磁性:外部から磁場を与えない場合に電 子スピンの向きはばらばらで、磁場の印加に より電子スピンの向きがそろい、磁化を示す 磁性のこと.



※図は原著論文<sup>(3)</sup>のもの〔クリエイティブ・コモンズ・ライセンス(表示4.0 国際)〕を改変して作成しました.

図1 超伝導磁束量子ビットを用いた電子スピン測定系の概略図



※図は原著論文<sup>(3)</sup>のもの〔クリエイティブ・コモンズ・ライセンス (表示4.0 国際)〕を改変して作成しました.

図2 超伝導磁束量子ビットによる電子スピン測定の原理

<sup>\*4</sup> ジョセフソン接合:超伝導体の間にごく薄い 絶縁膜を挟んだ構造の素子で、超伝導量子 回路においては非線形素子として使われます。



※図は原著論文<sup>(3)</sup>のもの [クリエイティブ・コモンズ・ライセンス (表示4.0 国際)]を改変して作成しました.

図3 通常の培地および鉄を添加した培地で培養した神経細胞の 光学顕微鏡写真

で、スピンのそろい具合を制御する磁場は 図1の超伝導磁束量子ビット制御磁場とは 異なることに注意が必要です.

実際に測定を行う場合,対象となる試料 と超伝導磁束量子ビットの距離を小さくす るほど両者の磁気的相互作用が大きくなる ため,電子スピン検出の感度が高くなりま す.しかし,測定対象である生体試料は, 場合によっては液体を含む場合もあり,絶 縁性が期待できません.そのため,超伝導 磁束量子ビットを正常に動作させるために は,両者の間に絶縁膜をはさむことが必要 です.両者を十分絶縁しつつ,高い感度を 実現するために距離を近づけるには工夫が 必要です.そこで,生体適合性が高く,厚 さが数マイクロメートルと非常に薄い高分 子膜(パリレン)を絶縁に用いることでこ の課題を解決しました.

生体試料としては、ラットの海馬から採 取した神経細胞を用いました.神経細胞は パリレン膜の上に直接培養しています.ま た、細胞に鉄などが多く含まれる神経変性 疾患をはじめとする病変を模擬するため、 培養は鉄イオンを添加した培地で行いまし た.図3に示したとおり、このような培養 法を用いることにより通常の培地で培養し たものに比べて鉄イオンを多く取り込んだ 神経細胞を調製しました.

神経細胞を培養したパリレン膜は, 超伝 導磁束量子ビットを作製したシリコン基板 の上に置き, 測定を行います. 超伝導磁束 量子ビットのループサイズは24×6 μm<sup>2</sup>の 大きさで, 神経細胞のサイズと同程度です. したがって, 実験で得られたデータは単一



※図は原著論文<sup>(3)</sup>のもの〔クリエイティブ・コモンズ・ライセンス (表示4.0 国際)〕を改変して作成しました.

図4 超伝導磁束量子ビットにより測定した神経細胞の磁化



図5 パリレン上に培養した神経細胞とパリレン単体の磁化の比較

の細胞の性質を反映したものと考えること ができます.

#### 超伝導磁束量子ビットによる 神経細胞の測定

はじめに、神経細胞の磁化を検出する実 験を行いました.実験は、パリレン上に神 経細胞を培養した試料に、いくつかの異な る磁場 [数mT (ミリテスラ) 程度]を印 加した状態で試料の温度を変えながら、超 伝導磁束量子ビットの共鳴周波数の変化に 対応するスペクトルのシフトを測定するこ とで行いました. 図4から温度を下げる、 または大きな磁場を印加するにしたがって 超伝導磁束量子ビットのスペクトルが大き くシフトする、すなわち試料が大きな磁化 を示すことが分かります.この結果は、試 料に常磁性体が含まれている場合に期待さ れるふるまいと矛盾しないものです.した がって,神経細胞とパリレンのどちらか, もしくは両方に何らかの常磁性を示す物質 が含まれていると考えられます.

次に、神経細胞とパリレンのどちらが磁性を示すかを検証するために、同じ実験条件でパリレンのみの測定を行いました(図5).パリレンは炭素と水素から成る不対電子を含まない高分子膜であり、基本的には磁性を示さないものと期待されますが、電子線照射などのダメージによりわずかに磁性を示す場合があることが知られているため、このような対照実験が必要です。その結果、パリレンの磁化は神経細胞よりも有意に小さいことが分かりました。したがって、図4でパリレン上に培養した神経細胞から検出した磁化は、ほとんど神経細胞に由来するといえます。

ここまでの結果で,神経細胞に何らかの 常磁性体が含まれていることは分かります. しかし,それがどの元素に由来するものな

quantify different iron forms in ex-vivo

human brain tissue," Sci. Rep., Vol. 6,

"Quantification of different iron forms in the aceruloplasminemia brain to explore iron-related neurodegenera-

tion," NeuroImage : Clinical, Vol. 30,

(5) L. H. P. Vroegindeweij, L. Bossoni, A. J. W. Boon, J. H. P. Wilson, M. Bulk, J. Labra-Muñoz, M. Huber, A. Webb, L. van der Weerd, and J. G. Langendonk :

38916, Dec. 2016.

102657, April 2021.



※図は原著論文<sup>(3)</sup>のもの〔クリエイティブ・コモンズ・ライセンス (表示4.0 国際)〕を改変して作成しました.

図6 神経細胞の電子スピン共鳴スペクトル

のかは分かりません、そこで、低温での ESRを得意とする静岡大学の小野・堀研究 室と連携し、さらに試料を分析しました、 ESRスペクトルからは、g因子を得ること ができます、この値をすでに知られている 材料固有のg因子と比較することで、磁性 の起源となる元素の同定が可能になります。

神経細胞の電子スピン共鳴スペクトルを 図6に示します.このスペクトルにはg因 子9.8,4.3,2.0に対応するピークがみられま す.g因子9.8,4.3は,細胞中の3価の鉄イ オンに対応することが知られており<sup>(4)</sup>,ピー クの大きさからこれが試料の磁化の主な起 源だといえます.この結果と、これまでに 超伝導磁束量子ビットによる測定で得られ た結果を合わせることで、神経細胞中の鉄 イオンを単一細胞レベルの空間分解能で検 出したといえます.また、g因子2.0のピー クは2価の銅イオンによるものと考えられ、 量は少ないものの鉄以外の元素も磁化に寄 与していたことが分かります.

ここまで,超伝導磁束量子ビットを用い て,神経細胞中に含まれる金属イオンにつ いて定性的な分析を行ってきました. さら に,超伝導磁束量子ビットを用いた磁化測 定の結果からは,神経細胞中に含まれる金 属イオンの定量も可能です.超伝導磁束量 子ビットの共鳴周波数の変化量は磁化の大 きさに対応します.したがって,別に行っ た電子スピンの濃度が既知の参照試料の実 験結果と比較することで,共鳴周波数の変 化を金属イオンの数に換算することができ ます.その結果,測定したラット海馬の神 経細胞には乾燥状態で1g当り8 µgの鉄 が含まれるという結果を得ました. これは, ヒトの脳細胞で行われた先行研究<sup>(4).(5)</sup>で得 られた2~34 µg/gという値と,対象は異 なるものの矛盾しない結果です.

#### 今後の展望

超伝導磁束量子ビットを用いた量子セン シング技術を応用することで、神経細胞中 の金属イオンを単一細胞レベルの空間分解 能で検出し、定性的・定量的に分析するこ とに成功しました.

今後の課題としては、神経細胞のESRスペクトル測定を、超伝導磁束量子ビットを 用いて単一細胞レベルの分解能で行うこと、 また、超伝導磁束量子ビットをアレイ化す ることにより組織中の細胞に含まれる金属 イオンの2次元イメージングを行うことな どが挙げられます.

#### ■参考文献

- R. P. Budoyo, K. Kakuyanagi, H. Toida, Y. Matsuzaki, and S. Saito : "Electron spin resonance with up to 20 spin sensitivity measured using a superconducting flux qubit," Appl. Phys. Lett., Vol. 116, No.19, 194001, May 2020.
- (2) 齊藤・水野・竹中・樋田・角柳: "超伝導量 子回路に基づく量子情報技術," NTT技術 ジャーナル, Vol.35, No.4, pp.18-22, 2023.
- (3) H. Toida, K. Sakai, T. F. Teshima, M. Hori, K. Kakuyanagi, I. Mahboob, Y. Ono, and S. Saito: "Magnetometry of neurons using a superconducting qubit," Commun. Phys., Vol. 6, No. 19, Feb. 2023.
- (4) P. Kumar, M. Bulk, A. Webb, L. van der Weerd, T. H. Oosterkamp, M. Huber, and L. Bossoni : "A novel approach to



 (上段左から) 樋田 啓/酒井 洸児/ 手島 哲彦
(下段左から) 角柳 孝輔/Imran Mahboob/ 齊藤 志郎

超伝導量子回路の応用として量子計算機が特に注 目を集めていますが、量子センシングも応用が期 待される分野の1つです。超伝導とバイオという意 外な組合せに面白さを感じてもらえれば幸いです。

#### ◆問い合わせ先

NTT物性科学基礎研究所 企画担当 TEL 046-240-3312 FAX 046-270-2358 E-mail brl-kensui@ntt.com