20

Применение метода абсорбционной диодной лазерной спектроскопии для измерения содержания ¹³С и ¹²С в выдыхаемом воздухе

© С.В. Киреев, А.А. Кондрашов, С.Л. Шнырев

Национальный исследовательский ядерный университет (МИФИ), 115409 Москва, Россия

e-mail: slshnyrev@mephi.ru

Поступила в редакцию 07.06.2022 г. В окончательной редакции 05.11.2022 г. Принята к публикации 19.12.2022 г.

Экспериментально исследовано поглощение ${}^{13}C^{16}O_2$ в смеси с ${}^{12}C^{16}O_2$ в выдыхаемом воздухе методом лазерной абсорбционной спектроскопии с использованием диодного лазера, перестраиваемого в частотном диапазоне 4860–4880 сm⁻¹. Результаты исследований показали, что минимальная обнаружимая концентрация ${}^{13}C^{16}O_2$ находится на уровне меньше 20 ppm, а данный подход является перспективным для измерения содержания ${}^{13}C^{16}O_2$ в выдыхаемом воздухе для неинвазивной онлайн диагностики онкологических заболеваний желудочно-кишечного тракта на ранних стадиях.

Ключевые слова: диодная лазерная спектроскопия, углекислый газ, дыхательные тесты, онкологические заболевания желудочно-кишечного тракта.

DOI: 10.21883/OS.2023.01.54548.3776-22

Введение

Как уже неоднократно отмечалось ранее [1,2], весьма актуальной является проблема ранней диагностики онкологических заболеваний, в частности тяжелых по течению заболеваний желудочно-кишечного тракта (ЖКТ). Имеются данные Международного агентства по изучению рака о том, что в мире каждый год происходит приблизительно 900 000 новых случаев заболеваний раком ЖКТ и регистрируется порядка 650 000 смертельных исходов, вызванных данным заболеванием. Онкологические заболевания ЖКТ являются самой распространенной формой злокачественных опухолей во многих странах Азии, Восточной Европы, Южной Америки, Российской Федерации и странах Прибалтики [3].

Известно, что предвестником развития рака ЖКТ является появление в организме человека инфекции уреазы Н. Pylori [4–6], вследствие чего наличие способов диагностики данной инфекции представляет важное значение для выявления рака ЖКТ на ранних стадиях и предотвращения его дальнейшего развития в организме.

К основным существующим в настоящее время способам диагностики уреазы Н. Руlori можно отнести такие как морфологический, бактериологический, гистологический и биохимический [7,8]. Однако указанные способы требуют эндоскопических исследований и взятия образцов биоптата, т.е. являются инвазивными и трудно осуществимыми для частого повторного использования. Кроме того, для данных способов характерны частые случаи ложноотрицательных диагнозов в силу локальной ограниченности области взятия биоптата. Для предупреждения и раннего выявления онкологических заболеваний ЖКТ необходимы более простые и удобные неинвазивные способы, которые позволяют проводить измерения в онлайн режиме и могут неоднократно использоваться.

В последнее время в мире активно развиваются методики, получившие название дыхательных тестов. В их основе лежит измерение в выдыхаемом воздухе содержания углерода-13, который образуется в форме молекулы ¹³C¹⁶O₂ в результате расщепления в желудке меченой мочевины при ее реакции с Н. Pylori [9]. Для успешного применения дыхательных тестов необходимо, чтобы они удовлетворяли следующим требованиям: вопервых, погрешность измерения ¹³С¹⁶О₂ в смеси с ¹²С¹⁶О₂, содержание которого в выдыхаемом воздухе может быть больше чем на 2 порядка по сравнению с ¹³С¹⁶О₂, не должна превышать 1% [10], вовторых (с учетом того, что суммарная доля углекислого газа в выдыхаемом воздухе составляет приблизительно 2–4%), значение минимально обнаружимой концентрации ${}^{13}C{}^{16}O_2$ (чувствительность) должно быть на уровне десятков ppm. Другими словами, необходимо измерять концентрации ${}^{13}C^{16}O_2$ на уровне $< 10^{15}$ cm $^{-3}$ c погрешностью не более 1%. Удовлетворение указанным требованиям позволяет свести к минимуму количество ложноположительных и ложноотрицательных результатов диагностики.

Имеется большое количество способов измерения ${}^{13}C^{16}O_2$ в выдыхаемом воздухе [11]. Среди них одним из наиболее перспективных, позволяющих достигать высокие чувствительность и точность в реальном мас-

штабе времени, является способ, основанный на методе абсорбционной лазерной спектроскопии, в котором применяются в качестве источников частотно перестраиваемые диодные лазеры [12–20], которые излучают в ближнем и среднем инфракрасных спектральных диапазонах, где у ${}^{12}C^{16}O_2$ и ${}^{13}C^{16}O_2$ имеются интенсивные полосы поглощения. Этот способ получил общепринятое наименование TDLAS (tunable diode laser spectroscopy).

Проведенный нами ранее в [11] анализ спектральных диапазонов, наиболее предпочтительных для детектирования ${}^{13}C^{16}O_2$ в выдыхаемом воздухе, показал, что такими являются диапазоны вблизи длин волн 4.3, 2.0 и 1.6 μ m.

Наибольших значений коэффициенты поглощения CO_2 достигают вблизи длины волны $4.3 \,\mu$ m. Поэтому данная область спектра является наиболее перспективной для получения наилучшей чувствительности детектирования $^{13}C^{16}O_2$ и точности измерения его концентрации в смеси с $^{12}C^{16}O_2$. Однако в этой области спектра необходимо охлаждать фотоприемные детекторы до криогенных температур и, кроме того, использовать достаточно дорогостоящие квантово-каскадные лазеры [9,15].

Вблизи длины волн $1.6\,\mu$ m поглощение ${}^{12}C^{16}O_2$ и ${}^{13}C^{16}O_2$ падает приблизительно на 5 порядков, и это неизбежно приводит к существенному снижению чувствительности и точности детектирования ${}^{13}C^{16}O_2$. Однако в этой спектральной области оказывается возможным применение волоконной оптики, что привлекает авторов ряда публикаций [18].

С нашей точки зрения, проведение измерений вблизи длины волны $2\,\mu$ m является наиболее перспективным. Это связано с тем, что значения коэффициентов поглощения CO₂ в этой области примерно на 3 порядка больше по сравнению с областью вблизи 1.6 μ m, и, кроме того, в этой спектральной области можно использовать относительно недорогие перестраиваемые диодные лазеры, а также фотоприемники, работающие при комнатной температуре.

В настоящей работе сообщается об экспериментальных исследованиях спектров поглощения ${}^{12}C^{16}O_2$ и ${}^{13}C^{16}O_2$ вблизи длины волны $2\,\mu$ m. Полученные результаты позволили предложить способ детектирования данных молекул, находящихся в смеси друг с другом в выдыхаемом воздухе.

Обоснование выбора спектрального диапазона, предлагаемого для измерений

На первой стадии нами был произведен выбор диапазона спектра, являющегося оптимальным для измерения содержания $^{12}\mathrm{C}^{16}\mathrm{O}_2$ и $^{13}\mathrm{C}^{16}\mathrm{O}_2$ в выдыхаемом воздухе. Для этого было осуществлено расчетное моделирование спектров поглощения данных молекул вблизи длины



Рис. 1. Расчетные спектры поглощения ${}^{13}\mathrm{C}{}^{16}\mathrm{O}_2$ (красная кривая) и ${}^{12}\mathrm{C}{}^{16}\mathrm{O}_2$ (черная кривая) в спектральном диапазоне 4860–4880 сm $^{-1}$ при атмосферном давлении каждого из газов.

волны $2 \mu m$ (5000 cm⁻¹) с помощью спектроскопической базы данных HITRAN [21].

Расчеты показали, что таким диапазоном является область $4860-4880 \,\mathrm{cm^{-1}}$, в которой имеется ряд вращательных линий поглощения ${}^{12}\mathrm{C}^{16}\mathrm{O}_2$ (R-ветвь) и ${}^{13}\mathrm{C}^{16}\mathrm{O}_2$ (P-ветвь), принадлежащих колебательным полосам 20013-00001 и 20012-00001 этих молекул соответственно (рис. 1, где по вертикальной оси отложена величина, пропорциональная коэффициентам поглощения углекислого газа при атмосферном давлении: $k_{\mathrm{abs}}(v) = \sigma(v)n$, где $\sigma(v)$ — сечение поглощения углекислого газа на частоте v, n — концентрация CO_2).

Видно, что для селективного детектирования ¹²С¹⁶О₂ и ¹³С¹⁶О₂ можно использовать ряд комбинаций частот для проведения измерений, совпадающих с центрами линий поглощения этих молекул, перекрывающихся в наименьшей степени. Такими линиями могут быть линии P(12), P(18), P(22), P(24), P(28) и P(30) молекулы ¹³С¹⁶О₂ и соседние с ними пары линий молекулы ¹²С¹⁶О₂ (обозначены на рис. 1). Нами для проведения исследований были выбраны линии поглощения P(12) (частота в центре линии $v_0 = 4877.5739 \,\mathrm{cm}^{-1}$) и P(18) $(\nu_0 = 4872.3034 \text{ cm}^{-1})$ молекулы ${}^{13}\text{C}{}^{16}\text{O}_2$ по следующим причинам. Во-первых, значения коэффициентов поглощения в центрах частот этих линий близки к максимальным в диапазоне $4860 - 4880 \text{ cm}^{-1}$, во-вторых, также близки к максимальным отношения значений коэффициентов поглощения в центрах частот линий P(12) и Р(18) к значениям коэффициентов поглощения в центрах частот соседних с ними пар линий поглощения молекулы ${}^{12}C^{16}O_2 - R(32)$ ($\nu_0 = 4877.0305 \text{ cm}^{-1}$), R(34) $(\nu_0 = 4878.2931 \text{ cm}^{-1})$ и R(24) $(\nu_0 = 4871.7917 \text{ cm}^{-1})$, R(26) ($\nu_0 = 4873.1290 \text{ cm}^{-1}$) соответственно.

Для экспериментальных исследований спектров поглощения ${}^{12}C^{16}O_2$ и ${}^{13}C^{16}O_2$ использовался перестраиваемый диодный лазер на основе соединения InGaAlAs/InP. Генерация лазера осуществлялась в одночастотном режиме — одна продольная мода с частотой примерно 4876 cm⁻¹ при комнатной температуре диода. Частота излучения лазера перестраивалась с помощью модуляции тока накачки в диапазоне приблизительно 3.5-9.7 mA при различных температурах лазерного диода в диапазоне 20-35°C, для чего использовался специальный блок управления. Изменение температуры диода происходило в ручном режиме, а для модуляции тока накачки использовалось амплитудное сканирование с помощью встроенного генератора пилообразных импульсов, частота которых составляла приблизительно 10 kHz. Мощность генерации лазера составляла приблизительно 1 mW.

Для градуировки частоты излучения лазера — получения ее зависимости от тока накачки и температуры лазерного диода — необходимо сначала провести экспериментальные исследования спектров поглощения ${}^{12}C^{16}O_2$ и ${}^{13}C^{16}O_2$, а затем сравнить полученные результаты с данными HITRAN. При проведении экспериментальных исследований излучение лазера модулировалось генератором блока управления и проходило через многопроходную ячейку, оптическая длина которой составляла 4.8 m. Для измерения давления в ячейке (которое могло изменяться в диапазоне от 8 mbar до 1 atm с помощью форвакуумного насоса) использовался вакуумметр. Прошедшее через ячейку излучение лазера регистрировалось фотоприемником (далее — ФП) на основе соединения PbS. Для обработки полученных экспериментальных результатов использовалась фурье-фильтрация зарегистрированных сигналов. Частота среза составляла 5 · 10⁻³ Hz, что позволило заметно уменьшить уровень шумовой составляющей. Сигналы с ФП обрабатывались с помощью встроенного в компьютер аналого-цифрового преобразователя (АЦП).

Экспериментальные исследования

На первой стадии экспериментальных исследований ячейка заполнялась газовой смесью, содержащей молекулы $^{12}\mathrm{C}^{16}\mathrm{O}_2$ и $^{13}\mathrm{C}^{16}\mathrm{O}_2$ при температуре 296 К в соотношении концентраций $[^{13}\mathrm{C}^{16}\mathrm{O}_2]/[^{12}\mathrm{C}^{16}\mathrm{O}_2] = 7\cdot10^{-3}.$ Это соотношение выбрано потому, что оно является характерным для выдоха здорового человека.

На рис. 2 в качестве примера представлены экспериментальные зависимости интенсивности прошедшего через ячейку излучения лазера от тока накачки в двух областях спектра. Ось абсцисс является временной разверткой сигнала, поступившего на АЦП. Наблюдаемые провалы в регистрируемых сигналах возникают при совпадении частоты лазера с линиями поглощения ¹²C¹⁶O₂



Рис. 2. Экспериментальные зависимости интенсивности лазерного излучения, прошедшего через ячейку, содержащую смесь ${}^{13}C^{16}O_2$ и ${}^{12}C^{16}O_2$ при полном давлении 210 mbar и при температурах лазерного диода 20.2°C (*a*) и 25.8°C (*b*). Линии R относятся к углероду-12, а линии P — к углероду-13.

и ${}^{13}C^{16}O_2$. В каждом диапазоне частотной перестройки лазера (при различных температурах диода) регистрировались несколько линий поглощения, при этом во всем диапазоне температур диода $20-35^{\circ}C$ зарегистрировано 24 вращательных линий поглощения обеих молекул.

Далее были вычислены значения коэффициентов поглощения k_{abs} молекул ${}^{12}C^{16}O_2$ и ${}^{13}C^{16}O_2$.

После прохождения ячейки, заполненной анализируемой смесью газов¹²C¹⁶O₂ и ¹³C¹⁶O₂, ФП регистрирует интенсивность $I = I_0T$, где I_0 — зарегистрированная ФП интенсивность излучения лазера, прошедшего через пустую ячейку длиной L, $T = 1 - (I_0 - I)/I_0$ — пропускание анализируемой газовой смеси. В соответствии с законом Бугера-Ламберта-Бэра

$$I_0 - I = I_0(1 - T) = I_0 \exp(-k_{abs}L)$$
$$k_{abs} = L^{-1} \ln(1 - T).$$

Полученные экспериментально значения коэффициентов поглощения были сравнены с соответствующи-



Рис. 3. Экспериментальный спектр поглощения ${}^{13}C^{16}O_2$ (сплошная красная кривая) и данные HITRAN (точки). Давление ${}^{13}C^{16}O_2 - 0.57$ mbar, полное давление в ячейке 1 atm. Для лучшего чтения рисунка значительно более интенсивные линии поглощения ${}^{12}C^{16}O_2$ на нем удалены.



Рис. 4. Зависимости частоты генерации лазера от тока накачки при температурах лазерного диода 20.2 (1), 25.8 (2), 29.5 (3) и 34.1°C (4).

ми значениями из базы данных HITRAN, в которой имеются данные о частотах центров линий поглощения ${}^{12}C^{16}O_2$ и ${}^{13}C^{16}O_2$ и значениях их коэффициентов поглощения при различных давлениях. На рис. 3 приведены экспериментальные зависимости коэффициентов поглощения ${}^{13}C^{16}O_2$ и данные HITRAN в диапазоне 4870–4880 сm⁻¹. Согласие экспериментальных результатов и расчетных данных очень хорошее — для всех линий поглощения ${}^{12}C^{16}O_2$ и ${}^{13}C^{16}O_2$ их отличие не превышало 8%.

После этого была проведена градуировка зависимости частоты излучения лазера от тока накачки при различных температурах лазерного диода. На рис. 4 в качестве примера приведено несколько полученных зависимостей.

На следующей стадии экспериментальных исследований ячейка заполнялась выдыхаемым воздухом, в различных образцах которого содержание ${}^{12}C^{16}O_2$ и ${}^{13}C^{16}O_2$ колебалось в диапазоне 1.5-3.5% при отношениях доли ${}^{12}C^{16}O_2$ к доле ${}^{13}C^{16}O_2$ от 70 до 140 при атмосферном давлении. В образцах также присутствовало определенное количество паров воды, концентрация которых все же была ниже порога чувствительности используемой экспериментальной схемы и поэтому не влияла на регистрируемые сигналы.

На рис. 5 приведены зависимости интенсивности лазерного излучения, прошедшего через ячейку с исследуемой смесью, для одного из образцов выдыхаемого воздуха, содержащие линии поглощения P(12) и P(18) молекулы ${}^{13}C^{16}O_2$. В данном образце отношение концентраций ${}^{12}C^{16}O_2$ и ${}^{13}C^{16}O_2$ составляло 135 при суммарной доле ${}^{12}C^{16}O_2$ и ${}^{13}C^{16}O_2$ в нем 2.8%. По сравнению с линией P(12) на фоне ближайших к ней



Рис. 5. Экспериментальные зависимости интенсивности лазерного излучения, прошедшего через ячейку с исследуемой смесью ${}^{13}C^{16}O_2$ и ${}^{12}C^{16}O_2$, содержащие линии поглощения P(12) и P(18) молекулы ${}^{13}C^{16}O_2$.

Результаты	Пары линий ¹³ С ¹⁶ О ₂ и ¹² С ¹⁶ О ₂ , для которых регистрируются отношения измеренных сигналов в их центрах			
	P(12)/R(32)	P(12)/R(34)	P(18)/R(24)	P(18)/R(26)
$\begin{array}{c} \Delta_1, \% \\ \Delta_2, \% \\ [^{13}C^{16}O_2]/[^{12}C^{16}O_2]_{min} \\ [^{13}C^{16}O_2]_{min} \end{array}$	$\begin{array}{c} 0.17\\ 0.23\\ 1.7\cdot 10^{-5}\\ 4.6\cdot 10^{14}\end{array}$	$0.2 \\ 0.23 \\ 1.7 \cdot 10^{-5} \\ 4.6 \cdot 10^{14}$	$0.22 \\ 0.3 \\ 2.1 \cdot 10^{-5} \\ 5.6 \cdot 10^{14}$	$\begin{array}{c} 0.2 \\ 0.27 \\ 2.0 \cdot 10^{-5} \\ 5.4 \cdot 10^{14} \end{array}$
1.2 - P(12)/	/R(32)	0.6	P(18	3)

Чувствительность и точность измерения содержания ¹³С¹⁶О₂

Рис. 6. Зависимости погрешностей Δ_1 для отношения P(12)/R(32) и Δ_2 для линии P(18) от числа измерений N.

1000

0.2

10

линий поглощения R(32) и R(34) линия P(18) менее контрастна на фоне ближайших к ней линий поглощения R(24) и R(26). Это связано с тем, что значения коэффициентов поглощения линий P(12) и P(18) отличаются незначительно (отличие между ними составляет менее 10%), в то время как значения коэффициентов линий R(24) и R(26) заметно больше по сравнению со значениями коэффициентов поглощения линий R(32) и R(34).

100

N

Анализ полученных результатов

0.4

10

Полученные экспериментальные результаты позволили оценить предельно обнаружимую минимальную концентрацию ${}^{13}C^{16}O_2$ (чувствительность) и точность измерения в смеси с ${}^{12}C^{16}O_2$ в выдыхаемом воздухе. Для этого использовалась вариация Алана [22], в со-

ответствии с которой вычислялись погрешность Δ_1 измерения отношения коэффициентов поглощения¹³C¹⁶O₂ и ¹²C¹⁶O₂ и погрешность Δ_2 измерения коэффициента поглощения ¹³C¹⁶O₂ в анализируемой смеси по формуле

100

N

1000

$$\Delta_I = \frac{1}{2(N-1)} \frac{\sqrt{\sum_{j=1}^N (x_{j+1} - x_j)^2}}{\bar{x}_N} \cdot 100,$$

где x_j — значения обработанных с помощью фурьефильтра зарегистрированных экспериментальных сигналов, N — число измерений, \bar{x}_N — среднее значение на множестве x_j (j = 1...N).

В качестве x_j при вычислении погрешности Δ_1 использовались значения отношений интенсивностей, регистрируемых на частотах, соответствующих центрам линий поглощения P(12) и P(18), к интенсивностям, регистрируемым на частотах, соответствующих центрам линий поглощения R(32), R(34) и R(24), R(26) соответственно — 4 отношения, обозначаемые далее P(12)/R(32), P(12)/R(34), P(18)/R(24), P(18)/R(26). При вычислении погрешности Δ_2 в качестве x_j использовались значения интенсивности, регистрируемой на частоте, соответствующей центру линии поглощения P(12) или P(18).

В таблице приведены результаты, полученные для образца выдыхаемого воздуха, спектр пропускания которого приведен на рис. 5. На рис. 6 приведены в качестве примера зависимости Δ_1 для отношения P(12)/R(32) и Δ_2 для линии P(18) от числа измерений. Во всех случаях оказалось, что минимальных значений погрешности Δ_1 и Δ_2 достигают при числе измерений, заметно превосходящих 100 (чаще всего ближе к 1000). Для всех используемых образцов выдыхаемого воздуха результаты оказались близкими.

Результаты, полученные при использовании линий поглощения P(12) молекулы ${}^{13}C^{16}O_2$ и R(32), R(34) молекулы ${}^{12}C^{16}O_2$ для их детектирования, оказались несколько лучше по сравнению с результатами, полученными при использовании линий поглощения P(18) молекулы ${}^{13}C^{16}O_2$ и R(24), R(26) молекулы ${}^{12}C^{16}O_2$. Это, по-видимому, связано с тем, что, как уже отмечалось, линия P(12) более контрастна по сравнению с линией P(18).

Полученные минимальные значения погрешностей $\Delta_1~(0.17\%)$ и $\Delta_2~(0.23\%)$ для образца воздуха, в котором доля $^{13}{\rm C}^{16}{\rm O}_2$ составляет 1/135 относительно доли $^{12}{\rm C}^{16}{\rm O}_2$ при атмосферном давлении и суммарной доле $^{12}{\rm C}^{16}{\rm O}_2$ и $^{13}{\rm C}^{16}{\rm O}_2$ в смеси 2.8%, соответствуют минимально детектируемой концентрации $^{13}{\rm C}^{16}{\rm O}_2 \sim 4.6\cdot 10^{14}~{\rm cm}^{-3}~(17~{\rm ppm})$ при отношении сигнал/шум = 1 и при использовании ячейки с оптической длиной 4.8 m. Минимально детектируемая доля $^{13}{\rm C}^{16}{\rm O}_2$ в смеси с $^{12}{\rm C}^{16}{\rm O}_2$ составила при этом 4.6 $\cdot 10^{-5}$.

Заключение

Результаты проведенных в работе исследований свидетельствуют о том, что использование метода диодной лазерной абсорбционной спектроскопии (TDLAS) с применением диодных лазеров, перестраиваемых вблизи длины волны 2μ m, является перспективным для измерения содержания $^{13}C^{16}O_2$ в смеси с $^{12}C^{16}O_2$ в выдыхаемом воздухе для неинвазивной онлайн-диагностики онкологических заболеваний ЖКТ на ранних стадиях. Полученные чувствительность и точность детектирования $^{13}C^{16}O_2$ удовлетворяют требованиям, предъявляемым к дыхательным тестам, сам способ представляется достаточно простым и не требующим дорогостоящего оборудования, что является важным для его практического применения.

Благодарности

Исследования выполнены при поддержке Программы развития национального исследовательского ядерного университета "МИФИ" в рамках программы "Приоритет 2030".

Конфликт интересов

Авторы заявляют, что у них нет конфликта интересов.

Список литературы

- R.W. Hulst, B.W. Hoff, A. Ende, G.N.J. Tytgat. Nederlands Tijdschrift Voor Geneeskunde, 143 (8), 395 (1993).
- [2] В.Т. Ивашкин. *HelicobacterlPylori: Революция в гастро*энтерологии (Триада-Х, М., 1999), с. 255.
- [3] L.E. Wroblewski, R.M. Peek, K.T. Wilson. Clin. Microbiol. Rev., 23, 713 (2010). DOI: 10.1128/CMR.00011-10
- [4] А.И. Шмак, Ф.В. Ерзикян, М.Ю. Ревтович, Е.П. Мартынов, А.А. Котов, А.В. Ерошенко. Здравоохранение (Минск), 6, 36 (2018).
- [5] В.И. Чиссов, В.В. Старинский, Г.В. Петрова. Злокачественные новообразования в России в 2011 г. (Заболеваемость и смертность) (ФГБУ "МНИОИ им. П.А. Герцена" Минздрава России, М., 2013), с. 28.
- [6] А.С. Логинов, Ю.В. Васильев, В.И. Касьяненко, С.А. Зеленикин. Российский гастроэнтерологический журн., 1, 19 (1997).
- [7] T.A. Byrne, R.L. Persinger, L.S. Young. Ann. Surg., 222, 243 (1995). DOI: 10.1177/0148607196020005375
- [8] P. Greenberg, J. Koch, J. Cello. Am. J. Gastroenterol., 91 (2), 228 (1996).
- M. Kato, M. Saito, S. Fukuda. J. Gastroenteol., 39, 629 (2004).
 DOI: 10.1007/s00535-003-1357-7
- [10] Е.В. Степанов. Труды Института общей физики РАН им. А.М. Прохорова, 61, 253 (2005).
- S.V. Kireev, A.A. Kondrashov, S.L. Shnyrev, I.G. Simanovsky. Laser Phys., 27 (10), (2017). DOI: 10.1088/1555-6611/aa7549
- [12] Е.С. Мирончук, И.В. Николаев, В.Н. Очкин, С.С. Родионова, М.В. Спиридонова, С.Н. Цхай. Квант. электрон., **39** (4), 388 (2009).
- [13] H. Shirin, G. Kenet, O. Shevah, J. Wardi, S. Birkenfeld, M. Shahmurov, R. Bruck, Y. Niv, S.F. Moss, Y. Anvi. Aliment. Pharmacol. Ther., **15** (3), 389 (2001). DOI: 10.1046/j.1365-2036.2001.00926.x
- [14] Р.Г. Плавник. 13С-уреазный дыхательный тест на HelicobacterPylori (клинические и организационные аспекты) (Медпрактика-М, М., 2017), с. 36.
- [15] M. Erdely, D. Richter, F.K. Tittel. Appl. Phys. B, 75, 289 (2002). DOI: 10.1007/s00340-002-0960-2
- [16] Е.И. Короткова, Т.М. Гиндуллина, Н.М. Дубова, О.А. Воронова. Физико-химические методы исследования и анализа (Изд-во Томского политехнического ун-та, Томск, 2011), с. 177.
- [17] D.D. Nelson, J.B. McManus, S.C. Herndon, M.S. Zahniser,
 B. Tuzson, L. Emmenegger. Appl. Phys. B, 90, 301 (2008).
 DOI: 10.1007/s00340-007-2894-1

- [18] D.E. Cooper, R.U. Martinelli, C.B. Carlisle, H. Riris,
 D.B. Bour, R.J. Menna. Appl. Optics, **32** (33), 6727 (1993).
 DOI: 10.1364/AO.32.006727
- [19] Е.В. Степанов. Диодная лазерная спектроскопия и анализ молекул-биомаркеров (Физматлит, М., 2009), с. 291.
- [20] S.V. Kireev, A.A. Kondrashov, M.A. Rybakov, S.L. Shnyrev, A.I. Sultangulova. Laser Phys. Lett., 19 (2), 025701 (2022). DOI: 10.1088/1612-202X/ac4590
- [21] L.S. Rothman, I.E. Gordon, Y. Babikov, A. Barbe, D. ChrisBenner, P.F. Bernath, M. Birk, L. Bizzocchi, V. Boudon, L.R. Brown, A. Campargue, K. Chance, E.A. Cohen, L.H. Coudert, V.M. Devi, BJ. Drouin, A. Fayt, J.-M. Flaud, R.R. Gamache, J.J. Harrison, J.-M. Hartmann, C. Hill, J.T. Hodges, D. Jacquemart, A. Jolly, J. Lamouroux, R.J. LeRoy, G. Li, D.A. Long, O.M. Lyulin, C.J. Mackie, S.T. Massie, S. Mikhailenko, H.S.P. M?ller, O.V. Naumenko, A.V. Nikitin, J. Orphal, V. Perevalov, A. Perrin, E.R. Polovtseva, C. Richard, M.A.H. Smith, E. Starikova, K. Sung, S. Tashkun, J. Tennyson, G.C. Toon, VI.G. Tyuterev, G. Wagner, J. Quant. Spectrosc. Radiat. Transfer, **130**, 4-50 (2013).
- [22] Н.В. Смирнов, И.В. Дунин-Барковский. Курс теории вероятностей и математической статистики для технических приложений (Наука, М., 1969), с. 511.